

اثر تمرین در آب و تمرین با تراباند بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی در افراد دارای پای پرونیت طی راه رفتن: یک مطالعه کارآزمایی بالینی

محسن برغمندی*^۱، ابراهیم پیری^۱

مقاله پژوهشی

مقدمه: مفصل مچ پا به دلیل تحمل وزن یکی از آسیب پذیرترین مفاصل بدن می باشد. پای پرونیت یکی از شایع ترین عارضه های اندام تحتانی است. لذا هدف از مطالعه حاضر بررسی تاثیر تمرین در آب و تمرین با تراباند بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی در افراد دارای پای پرونیت طی راه رفتن بود.

روش بررسی: پژوهش حاضر از نوع مطالعه کارآزمایی بالینی بود که به صورت نیمه تجربی و آزمایشگاهی اجرا شد. نمونه آماری پژوهش حاضر شامل ۴۵ دانشجوی دانشگاه محقق اردبیلی که دارای پای پرونیت بودند، به صورت هدفمند انتخاب شدند و به طور مساوی و تصادفی به سه گروه تراباند، تمرین در آب و کنترل تقسیم شدند. پروتکل تمرینی مورد استفاده برای گروه تمرین در آب بر اساس دستورالعمل تجویز ورزشی کالج آمریکایی طب ورزش (ACSM)، و برای گروه تمرین با تراباند به وسیله تراباند با رنگ نارنجی در ۳ ست با تعداد تکرار ۱۴ حرکت انجام گرفت. در این مطالعه برای اندازه گیری طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی از دستگاه الکترومایوگرافی سطحی بدون سیم استفاده شد. برای تحلیل داده ها از آزمون تحلیل واریانس با اندازه گیری تکراری و آزمون تعقیبی بونفرونی در سطح معنی داری $P \leq 0/05$ استفاده شد.

نتایج: یافته ها نشان داد که اثر تعاملی زمان و گروه بر طیف فرکانس میانه الکترومایوگرافی عضله پهن داخلی در گروه تمرین با تراباند طی راه رفتن، کاهش معنی داری داشت ($P=0/02$). سایر متغیرها از مرحله پیش آزمون تا پس آزمون به لحاظ آماری تفاوت معنی داری را نشان نداد ($P>0/05$).

نتیجه گیری: به نظر می رسد یک جلسه تمرین در آب و تمرین با تراباند به لحاظ آماری تاثیر چندانی بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی ندارد.

واژه های کلیدی: تمرین در آب، تراباند، طیف فرکانس، فعالیت الکتریکی عضلات، پای پرونیت، راه رفتن

IRCTID: IRCT20190302042881N3

ارجاع: برغمندی محسن، پیری ابراهیم. تاثیر تمرین در آب و تمرین با تراباند بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی در افراد دارای پای پرونیت طی راه رفتن: یک مطالعه کارآزمایی بالینی. مجله علمی پژوهشی دانشگاه علوم پزشکی شهید صدوقی یزد ۱۴۰۳؛ ۳۲ (۲): ۷۵۴۱-۵۳.

۱- گروه بیومکانیک ورزشی، دانشکده علوم تربیتی و روانشناسی، دانشگاه محقق اردبیلی، اردبیل، ایران.

* (نویسنده مسئول): تلفن: ۰۹۱۵۳۰۵۸۳۳۹، پست الکترونیکی: barghamadi@uma.ac.ir، صندوق پستی: ۵۶۱۹۶۳۶۷۳۶

مقدمه

مفصل مچ پا از مهمترین مفاصل آسیب‌پذیر بخش تحتانی بدن است، ساختار آناتومیکی این مفصل نقش بسیار مهمی در حمایت از وزن بدن و توزیع آن طی حرکات انتقالی را دارد (۱). آسیب‌های مرتبط با راه‌رفتن در افراد دارای پرونیشن پا علت‌های مختلفی دارد، که می‌توان به افت استخوان ناوی و متعاقب آن تغییر در طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات ساق و کف پا، اختلال در تعادل، درد تاندون آشیل، کشیدگی همسترینگ و عضلات چهارسر ران اشاره نمود (۲،۳). عارضه پرونیشن پا اغلب با ناکارآمدی در ناحیه مچ پا همراه است که در حین راه‌رفتن، رخ می‌دهد (۴). افت استخوان ناوی، فشارهای کف‌پایی و متعاقب آن آسیب‌دیدگی را در مفصل مچ پا را افزایش می‌دهد (۵). پای پرونیت، یک نوع ناهنجاری است که باعث کاهش ارتفاع قوس طولی داخلی هنگام تحمل وزن بدن می‌گردد (۶)، هم‌چنین به دنبال این عارضه دفورمیتی در ساختمان مچ پا مشاهده می‌شود. به دنبال این ناهنجاری سر استخوان تالوس و نایوکولار به سمت داخل متمایل می‌گردد که در نهایت می‌تواند منجر به بروز عارضه پای پرونیت شود (۶). میزان شیوع پرونیت پا از ۴۸٪ تا ۷۸٪ در جوانان و ۲۰٪-۲۳٪ در بزرگسالان متغیر است (۷،۸). بنابراین عارضه پای پرونیت می‌تواند منجر به بروز آسیب‌های اندام تحتانی و به‌طور ثانویه احتمالاً منجر به تغییر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات گردد؛ لذا اهمیت بررسی این ناهنجاری کاملاً مشهود است. توزیع غیرطبیعی بار اضافه بر مفاصل اندام تحتانی منجر به ناکارآمدی عضلات می‌شود که به دنبال آن منجر به بروز عارضه‌های اندام تحتانی و ناکارآمدی عضلات می‌شود (۹-۱۱). طبق نتایج مطالعات گذشته، هنگامی که فردی فعالیت رو به جلو مانند راه‌رفتن داشته باشد، و یا در اثر بروز شوک به سمت جلو گام بردارد، گروه عضلات چهارسر ران نقش حیاتی برای جلوگیری از حرکت بدن (افتادن)، به عمل می‌آورند که در چنین شرایطی افراد سالم (بدون هیچ عارضه)، میزان فعالیت عضله پهن داخلی بیشتر از پهن خارجی است (۱۲). احتمالاً افزایش

طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات می‌تواند نشان‌دهنده بهبود هماهنگی و کارایی عضلات باشد، به عبارتی منجر به بهبود جذب فیبرهای عضلات تند انقباض می‌شود، دسته عضلاتی که مسئول تولید فعالیت الکتریکی فرکانس بالاتر هستند که می‌تواند منجر به بهبود قدرت و عملکرد عضلانی در طول فعالیت‌هایی مانند راه‌رفتن شود (۹). بر اساس مطالعات پیشین افزایش طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی نشان‌دهنده افزایش تلاش یا شدت در فعالیت بدنی است که منجر به فعال‌شدن تارهای تندانقباض گردیده است (۱۰). کاملاً مشهود است که ارائه روش تمرینی مناسب و ایمن برای کاهش یا بهبود پرونیشن پا می‌تواند موثر واقع گردد. تاثیر تمرینات در آب و تمرین با تراباند بر متغیرهای بیومکانیکی نظیر کینتیک افراد با ساختارهای متفاوت آناتومیکی پا مورد توجه محققین قرار گرفته است (۱۳-۱۶). نتایج تحقیقات گذشته حاکی از آن است که تمرینات در آب برای افراد که فعالیت بدنی کمی دارند، یا ناهنجاری‌های خاصی دارند فواید ویژه‌ای دارد. ماهر و همکاران، در تحقیقی تاثیر تمرینات در آب را بر درمان کمردرد موثر دانسته‌اند (۱۷). از جمله اثرات آب می‌توان به اثرات فیزیکی (حفظ و ارتقای آمادگی جسمانی، افزایش قابلیت جسمانی)، روانی (کاهش استرس، احساس آرامش) و درمانی (درمان نارسایی و ضعف جسمانی) اشاره کرد (۱۸). هم‌چنین تحقیقات نشان داده است که تمرین در آب باعث افزایش انعطاف‌پذیری عضلات می‌شود (۱۸). علاوه بر تمرین در آب، تمرین با تراباند یکی دیگر از برنامه‌های تمرینی در تحقیق حاضر است. که احتمالاً می‌تواند اثربخشی موثری بر پای پرونیت افراد داشته باشد (۱۱). تمریناتی که برای بخش پایین تنه استفاده می‌شود به عنوان الگوی حرکتی جنبشی می‌تواند حس عمقی و دامنه حرکتی را تحریک کرده و بهبود بخشد (۱۹). تمرین با تراباند به عنوان روشی بی‌خطر ثبت شده است و راهبردی موثر برای افزایش بهبود سیستم عصبی-عضلانی، بهبود قدرت عضلانی و افزایش توانایی انجام وظایف عملکردی در افراد می‌باشد (۱۱). بر اساس مطالعات،

نحوی که در ابتدا آزمودنی بر روی یک صندلی به صورتی که پا در حالت بی‌وزنی باشد، قرار گرفت. پای فرد را در حالت طبیعی و چرخش خنثی قرار داده و سپس با لمس ناحیه داخل مچ پا و همزمان با حرکت چرخش داخلی و چرخش خارجی، محل برجستگی سر استخوان ناوی مشخص گردید. سپس فاصله برجستگی سر استخوان ناوی تا سطح زمین اندازه‌گیری شد و روی کاغذ علامت‌گذاری گردید. در ادامه از آزمودنی خواسته شد تا بایستد و در حالت تحمل وزن مجدداً فاصله برجستگی استخوان ناوی تا سطح زمین مورد سنجش قرار گرفت. در نهایت، با اندازه‌گیری اختلاف بین دو بار سنجش، میزان افتادگی استخوان ناوی تعیین شد (۴). اندازه‌گیری میزان افت ناوی در هر آزمودنی ۳ بار انجام شد و میانگین آن‌ها به منظور تجزیه و تحلیل ثبت گردید. شرایط خروج آزمودنی‌ها از پژوهش شامل سابقه جراحی، سابقه آسیب در اندام تحتانی بدن، ناهنجاری در قسمت تنه و عدم تمایل به همکاری بود. لازم به ذکر است در کلیه مراحل پژوهش، اخلاق پژوهشی رعایت شد و از آزمودنی‌ها رضایت‌نامه حضور در پژوهش اخذ شد (۲۵). تمام موارد اجرای پژوهش مطابق با اعلامیه هلسینکی بود (۲۶).

از همه آزمودنی‌ها خواسته شد تا قبل از شرکت در آزمون فرم رضایت‌نامه حضور در آزمون را پر کنند و ۴۸ ساعت قبل از حضور در آزمون فعالیت شدید ورزشی نداشته باشند تا اثر خستگی که ممکن است روی راه رفتن آزمودنی‌ها تاثیر بگذارد به حداقل برسد. برنامه گرم کردن به مدت ۱۵ دقیقه و برنامه سرد کردن به مدت ۵ دقیقه برای تمامی آزمودنی‌ها اعمال شد (۲۷). تصادفی‌سازی گروه‌ها به این صورت بود که نام تمامی آزمودنی‌ها را بر روی برگه‌های کوچک نوشته و داخل یک کیسه انداخته و سپس نام‌ها از داخل کیسه بیرون آورده شد. هر آزمودنی که نام آن در اعداد فرد بیرون آمد در گروه تجربی (یک در میان) قرار گرفتند و هر فرد که نام آن در اعداد زوج بیرون آمد، در گروه کنترل قرار گرفت. پژوهش حاضر در دو مرحله پیش‌آزمون و پس‌آزمون انجام شد. آزمودنی‌ها کوشش راه رفتن را در مسیر ۱۸ متری آزمایشگاه پس از قرارگیری الکترودها روی عضلات انجام دادند. هر مرحله با سه کوشش

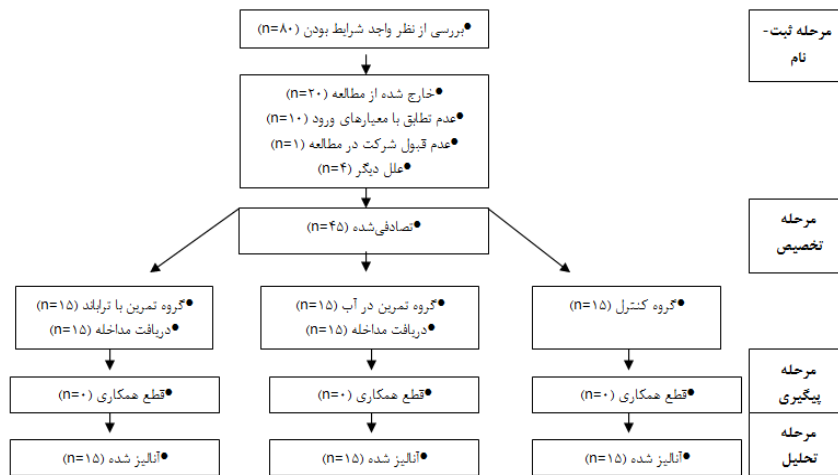
تمرینات با ترابند به عنوان روش تمرینی موثر برای افزایش قدرت و ثبات پاسچرال مورد استفاده قرار گرفته است (۲۰). تمرین با ترابند برای افزایش قدرت، افزایش سازگاری‌های فیزیولوژیکی، تحرک و عملکرد، و همچنین کاهش درد مفصل (درجه ۳، ۱ و ۲) در ناهنجاری‌های مختلف از جمله پای پرونیته به اثبات رسیده است (۱۳). محققین بیان کرده‌اند که تمرین با ترابند باعث کسب نمرات بالاتری در انجام عملکرد در ناهنجاری‌های مختلف می‌شود (۲۱). در پژوهشی به بررسی تأثیر تمرین با ترابند پرداخته‌اند و به نتایج مثبتی دست یافته‌اند. در همین راستا قربانلو و همکاران، اظهار داشتند که انجام ۸ هفته تمرینات مقاومتی با ترابند منجر به بهبود فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی، ثبات و پایداری مفصل زانو می‌گردد (۲۲). به نظر می‌رسد بررسی تأثیر تمرینات در آب و تمرین با ترابند بر عضلات اندام تحتانی حائز اهمیت باشد. از این‌رو هدف از پژوهش حاضر بررسی تاثیر تمرین در آب و تمرین با ترابند بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی در افراد دارای پای پرونیته طی راه رفتن می‌باشد.

روش بررسی

پژوهش حاضر از نوع کارآزمایی بالینی بود، که به صورت نیمه‌تجربی و آزمایشگاهی انجام گرفت. بر اساس نرم‌افزار $G*Power3.1$ حجم نمونه ۴۵ نفر برآورد شد تا اندازه اثر ۰/۸، با توان آماری ۰/۸ در سطح معنی‌داری ۰/۰۵ حاصل شود (۲۳). نمونه آماری پژوهش حاضر شامل ۴۵ دانشجوی پسر دانشگاه محقق اردبیلی با دامنه سنی ۱۸-۲۵ سال بودند که به‌طور هدفمند و داوطلبانه در این پژوهش شرکت کردند. آزمودنی‌ها به‌طور تصادفی در سه گروه تمرین در آب، تمرین با ترابند و کنترل قرار گرفتند (شکل ۱). پای راست طی آزمون شوت فوتبال به عنوان پای برتر تمامی آزمودنی‌ها مشخص گردید (۲۴). معیارهای ورود مطالعه شامل: ۱- انتخاب آزمودنی‌ها بر اساس میزان افت استخوان ناوی که از ۱۰ میلی‌متر تجاوز کند، ۲- شاخص پاسچر پا از ۱۰ میلی‌متر بیشتر باشد. برای اندازه‌گیری افت استخوان ناوی از روش برودی استفاده شد به

(شکل دایره‌ای با قطر ۱۱ میلی‌متر؛ فاصله ۲۵ میلی‌متر از مرکز تا مرکز؛ امپدانس ورودی $100\text{ M}\Omega$ ؛ نسبت رد شایع حالت < 110 دسی بل در ۵۰ تا ۶۰ هرتز) استفاده شد (Biometrics Ltd, UK). فیلترهای پایین‌گذر ۵۰۰ هرتز و بالاگذر ۱۰ هرتز و همچنین ناچ فیلتر (برای حذف نویز برق شهری) ۶۰ هرتز جهت فیلترینگ داده‌های خام الکترومایوگرافی انتخاب شد (۲۹). همچنین نرخ نمونه‌برداری در فعالیت الکتریکی عضلات برابر 1000 Hz قرار گرفت. محل عضلات منتخب و اعمالی مانند تراشیدن محل الکتروگذاری و تمیز کردن با الکل (۷۰٪ درصد اتانول - $\text{C}_2\text{H}_5\text{OH}$) طبق توصیه‌نامه (Surface Electromyography for the Non Invasive Assessment of Muscles; SENIAM) انجام شد (۳۰).

صحيح ثبت شد. کوششی صحیح در نظر گرفته شد که سیگنال الکترومایوگرافی تمامی عضلات به صورت صحیح ثبت شده باشد (۲۸). میزان فعالیت عضله ساقی-قدامی (Tibialis anterior)، دوقلوی داخلی (Gastrocnemius)، پهن داخلی (Vastus Medialis)، پهن خارجی (Vastus Latlarais)، راست رانی (Rectero Femoris)، دوسرانی (Biceps Femoris)، نیمه وتری (Semi tendinosus)، و عضله سرینی میانی (Gluteus Medius) پای سمت راست آزمودنی‌ها طی راه رفتن ثبت شد. برای ثبت فعالیت الکتریکی عضلات از دستگاه الکترومایوگرافی بایومتریک (biometrics Ltd, UK) ۸ کاناله بی‌سیم و الکتروهای سطحی (EMG)، مدل دوقطبی (ساخت کشور انگلستان) جفت الکتروهای سطحی Ag / AgCl دوقطبی



شکل ۱: فلوجارت کارآزمایی ابزار و روش اجرا

$$d = \frac{\text{اختلاف میانگین بزرگتر و کوچکتر}}{\text{میانگین کوچکتر}}$$

در این رابطه اگر میزان اندازه اثر $0/2$ یا کمتر باشد نشان‌دهنده تغییرات کم، $0/5$ نشان‌دهنده تغییرات متوسط، و $0/8$ نشان‌دهنده تغییرات بزرگ است. پروتکل تمرینی گروه تمرین در آب: جلسه تمرینی در آب بر اساس دستورالعمل تجویز ورزشی کالج آمریکایی طب ورزش (ACSM)، شامل ۳ بخش گرم کردن، برنامه اصلی و سرد

جهت تحلیل داده‌های الکترومایوگرافی از برنامه بایومتریک دیتالیت (Biometrics Datalite)، و روش طیف فرکانس (Frequency Spectrum) استفاده شد. نرمال‌سازی داده‌ها از طریق روش حداکثر انقباض ارادی ایزومتریک (MVIC) انجام گرفت که نرمال بودن داده‌ها با استفاده از آزمون شاپیرو-ویلک تایید شد. به علاوه از آزمون آنالیز واریانس چند متغیره استفاده شد. تمام تحلیل‌ها در سطح معنی‌داری $P < 0/05$ و با استفاده از نرم‌افزار SPSS version 16 انجام پذیرفت. اندازه اثر از رابطه زیر محاسبه گردید (۳۱).

ثانیه اعمال شد. مدت زمان کشش اعمال شده برای حرکات تمرینی مورد نظر ۳۰ ثانیه بود (۳۶).

تجزیه و تحلیل آماری

نرمال بودن داده‌ها با استفاده از آزمون شاپیروویلیک مورد تایید قرار گرفت ($P > 0/05$). پس از مشخص شدن نرمال بودن توزیع داده‌ها از آزمون واریانس دو عاملی استفاده شده است با توجه به اینکه در تحقیق حاضر دو عامل زمان و گروه وجود دارد از روش آماری اندازه‌گیرهای تکراری استفاده شده است. عامل اول تحقیق عامل زمان که در دو مرحله پیش‌آزمون و پس‌آزمون مدنظر قرار گرفت، و عامل گروه در سه گروه تمرین در آب، تمرین با تراباند و کنترل بود. برای مقایسه بین گروهی از آزمون تعقیبی بونفرونی در سطح معنی‌داری ($P < 0/05$) استفاده شد. تمامی تحلیل آماری با استفاده از SPSS version 16 انجام شد.

نتایج

بر اساس یافته‌های جدول ۳، اطلاعات مربوط به آزمودنی‌ها که شامل سن، قد و وزن آن‌ها می‌باشد در گروه‌های کنترل و تجربی ارائه شده است. میانگین سن آزمودنی‌ها $21/76 \pm 2/19$ سال، میانگین قد $1/83 \pm 0/06$ متر، و میانگین وزن $80/6 \pm 1/10$ کیلوگرم بود. با توجه به این که سطح معنی‌داری برای مولفه‌های سن، قد و وزن آزمودنی‌ها بالاتر از ۰/۰۵ است لذا می‌توان ناهمگن بودن واریانس‌ها را رد کرد، یا به عبارتی می‌توان ادعا کرد که تفاوت معنی‌داری بین مولفه‌های ذکر شده برای گروه کنترل و تجربی وجود ندارد.

گروه تمرین در آب: یافته‌های طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی طی فاز اتکای راه‌رفتن بین پیش‌آزمون دو گروه کنترل و تمرین در آب هیچ تفاوت معنی‌داری مشاهده نشد ($P > 0/05$). بر اساس جدول ۴، تاثیر عامل زمان، عامل گروه و اثر تعاملی زمان و گروه از مرحله پیش‌آزمون تا پس‌آزمون تفاوت معنی‌داری (بین گروه کنترل و تمرین در آب) مشاهده نشد ($P > 0/05$). به‌علاوه نتایج به‌دست آمده از پژوهش حاضر برای بررسی طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات در گروه تمرین در عضله ساقی قدامی کاهشی را به اندازه ۰/۷۷ درصد طی پس‌آزمون

کردن بود. همچنین در هر مرحله تعداد تکرار و زمان انجام فعالیت حرکات به‌صورت پیش‌رونده افزایش یافت یعنی به عبارتی از اصل اضافه بار پیروی کرد (۳۲). بر اساس رعایت قوانین تطابق فیزیولوژیکی، حرکاتی مانند راه‌رفتن به جلو و عقب و گام برداشتن به پهلو به مدت ۱۰ تا ۱۵ دقیقه جهت گرم کردن آزمودنی‌ها و در ادامه حدود ۳۰ دقیقه تمرینات اصلی و در پایان تمرینات به مدت ۵ دقیقه با هدف سرد کردن آزمودنی‌ها اعمال شد (۳۳). به منظور انجام تمرینات گروه مورد نظر به دلیل وضعیت خطرناک کرونایی، با رعایت اصول بهداشتی حوضچه‌ایی به عمق ۹۸ سانتی‌متر تهیه شد. لازم به ذکر است دمای آب حوضچه برای آزمودنی‌ها ۲۹ درجه سانتی‌گراد و با $PH = 7/6$ اعمال شد. همچنین مدت زمان انجام حرکات در هر نوبت معادل ۳۰ ثانیه، و برای حرکات تعدادی، تعداد ۱۲-۸ حرکت بسته به آمادگی آزمودنی‌ها در ۳ نوبت طراحی شد (۳۳).

پروتکل تمرینی گروه تمرین با تراباند: باندها و کش‌های مقاومتی کم‌هزینه، قابل حمل و همه‌کاره هستند. این باندهای لاستیکی از جنس لاتکس طبیعی ساخته شده‌اند. کش‌های مقاومتی در ۱۰ رنگ مختلف که عبارتند از: صورتی، قهوه‌ای مایل به زرد، نارنجی، قرمز، سبز، آبی، سیاه، سفید، نقره‌ای و طلایی می‌باشند، رنگ‌های مختلفی که هر کدام نشان‌دهنده مقاومت مختلفی می‌باشند. لازم به ذکر است باندهایی که به رنگ تیره‌تر هستند دارای مقاومت بالاتری نسبت به باندهای رنگ روشن‌تر می‌باشند (۳۴، ۱۳). به دلیل عدم توانایی آزمودنی‌ها در انجام حرکت، تمرین با تراباند با رنگ نارنجی به عنوان تراباند تمرینی انتخاب شد. تعداد تکرار اعمال شده برای هر نوبت معادل ۱۴ تکرار بود (۳۵). گروه تمرین با تراباند پس از آشنایی با روش تمرین، برنامه گرم کردن عمومی به مدت ۱۵ دقیقه، تمرینات اختصاصی به مدت ۴۰ تا ۴۵ دقیقه، و برنامه سرد کردن شامل ۵ دقیقه را لحاظ کردند. طی ارائه تمرینات به آزمودنی‌ها اصل اضافه بار برای آزمودنی‌ها اعمال شد (۳۵). به نحوی که حجم ست تمرینی با افزایش تعداد تکرارها از یک به دو افزایش یافت (۳۶). تعداد ست برای گروه تمرین با تراباند ۳ ست با تعداد تکرار ۱۴ و زمان استراحت بین ست‌ها ۹۰

گروه تمرین با تراباند: طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی طی فاز اتکای راه رفتن بین پیش‌آزمون دو گروه کنترل و تمرین با تراباند هیچ تفاوت معنی‌داری نداشت ($P > 0.05$).

در مقایسه با پیش‌آزمون مشاهده شد. همچنین طیف فرکانس فعالیت الکتریکی در عضله پهن داخلی افزایشی به اندازه ۰/۵۲ درصد طی پس‌آزمون در مقایسه با پیش‌آزمون مشاهده شد. طیف فرکانس فعالیت الکتریکی تمامی عضلات طی راه رفتن بین پیش‌آزمون و پس‌آزمون گروه تجربی هیچ‌گونه تفاوت معنی‌داری مشاهده نشد ($P > 0.05$).

جدول ۱: پروتکل تمرینی گروه تمرین در آب

تمرین در آب	
راه رفتن به جلو و عقب (۳۰ ثانیه*۳)	حرکت فیچی و پای کرال سینه (۳*۱۰)
راه رفتن با زانو صاف (۳۰ ثانیه*۳)	گام به پهلو (۳*۱۰)
راه رفتن روی پنجه و پاشنه (۳۰ ثانیه*۳)	در جا زدن در آب با زانو بلند (۳*۱۰)
بالا رفتن از پله در آب (۳*۱۰)	پروانه (۳*۱۰)
بالا رفتن جانبی از پله در آب (۳*۱۰)	فلکشن ران (۳*۱۰)
اسکات و اسکات تک پا (۳*۱۰)	

جدول ۲: پروتکل تمرینی گروه تمرین با تراباند

تمرین با تراباند	
اسکات صندلی (۳*۱۴)	اکستنشن زانو (۳*۱۴)
بلندکرد ساق پا (۳*۱۴)	دور کردن ران (۳*۱۴)
اکستنشن هیپ (۳*۱۴)	نزدیک کردن ران (۳*۱۴)
فلکشن هیپ (۳*۱۴)	فلکشن ران نشسته (۳*۱۴)
دورسی فلکشن مچ پا (۳*۱۴)	



شکل ۲: نمونه‌ای از تمرینات گروه تمرین با تراباند و تمرین در آب

جدول ۳: ویژگی‌های دموگرافیک گروه‌های کنترل و تجربی

مشخصات	کنترل انحراف معیار ± میانگین	تجربی انحراف معیار ± میانگین	آزمون لوون (sig)
سن (سال)	۲۳/۱۶ ± ۲/۸۹	۲۱/۷۶ ± ۲/۱۹	۰/۳۷۶
قد (متر)	۱/۷۹ ± ۰/۰۶	۱/۸۳ ± ۰/۰۶	۰/۷۴۲
وزن (کیلوگرم)	۸۱/۹ ± ۱/۱۰	۸۰/۶ ± ۱/۱۰	۰/۴۳۱
*سطح معناداری $P < 0/05$		آزمون: آزمون لوون	

جدول ۴: میانگین و انحراف استاندارد طیف فرکانس الکتریکی عضلات اندام تحتانی طی راه رفتن بین دو گروه کنترل و تجربی طی پیش و پس از آزمون

عضلات	گروه کنترل		گروه تمرین در آب		P	
	پیش آزمون میانگین±انحراف استاندارد	پس آزمون میانگین±انحراف استاندارد	پیش آزمون میانگین±انحراف استاندارد	پس آزمون میانگین±انحراف استاندارد	گروه (اندازه اثر)	زمان (اندازه اثر)
ساقی قدامی	۹۶/۸۶±۸/۹۳	۹۷/۸۱±۱۷/۲۸	۱۰۶/۷۱±۱۶/۸۳	۹۳/۵۳±۱۷/۱۱	(۰/۰۱۳)/۰/۷۴۴	(۰/۱۱۰)/۰/۳۸۳
دوقلوی داخلی	۷۱/۰۴±۱۸/۵۲	۶۹/۱۵±۱۳/۹۴	۷۹/۰۰±۱۵/۹۵	۷۹/۳۳±۲۱/۹۷	(۰/۰۸۱)/۰/۴۵۷	(۰/۰۰۲)/۰/۹۰۱
پهن خارجی	۵۴/۰۳±۹/۵۲	۶۵/۰۴±۷/۵۷	۶۹/۶۸±۱۷/۷۵	۶۹/۹۵±۲۰/۱۵	(۰/۱۹۹)/۰/۲۲۹	(۰/۰۵۵)/۰/۵۴۴
پهن داخلی	۵۸/۳۳±۱۵/۰۵	۶۹/۱۱±۱۰/۵۸	۵۴/۲۵±۲۳/۵۹	۶۹/۸۵±۱۱/۸۲	(۰/۰۰۴)/۰/۸۷۲	(۰/۳۳۵)/۰/۱۰۳
راست رانی	۵۶/۵۱±۱۸/۰۴	۵۳/۸۷±۱۹/۸۵	۷۰/۶۴±۱۱/۳۹	۶۸/۱۶±۱۳/۴۲	(۰/۲۷۹)/۰/۱۴۳	(۰/۰۲۸)/۰/۶۶۷
دوسرانی	۵۰/۴۳±۱۲/۵۲	۶۳/۳۷±۱۱/۱۰	۶۴/۱۹±۳۱/۰۶	۶۱/۲۳±۱۶/۵۳	(۰/۰۳۰)/۰/۶۵۷	(۰/۰۴۱)/۰/۶۰۳
نیمه وتری	۵۲/۳۴±۱۹/۹۴	۵۰/۱۱±۶/۹۷	۶۰/۵۵±۱۳/۶۵	۶۴/۷۰±۱۴/۱۲	(۰/۳۲۶)/۰/۱۰۹	(۰/۰۰۲)/۰/۹۱۷
سرینی میانی	۵۳/۱۳±۱۲/۴۰	۵۳/۰۷±۱۰/۳۹	۵۸/۱۴±۶/۷۷	۶۱/۳۱±۱۶/۱۳	(۰/۱۳۹)/۰/۳۲۳	(۰/۰۱۰)/۰/۷۹۹

*سطح معناداری $P < 0/05$ نتایج نشان داد اثر عامل گروه و اثر تعاملی*زمان گروه در هیچ یک از طیف فرکانس الکتریکی عضلات اندام تحتانی در سه گروه اختلاف معنی داری نداشت ($P > 0/05$). لذا نتایج تست تعقیبی گزارش نشده است. آزمون آماری: آنالیز واریانس دو سویه با اندازه گیری تکراری

جدول ۵: میانگین و انحراف استاندارد طیف فرکانس الکتریکی عضلات اندام تحتانی طی راه رفتن بین دو گروه کنترل و تمرین با ترابند طی پیش و پس از آزمون.

عضلات	گروه کنترل		گروه تمرین با ترابند		P	
	پیش آزمون میانگین±انحرا ف استاندارد	پس آزمون میانگین±انحرا ف استاندارد	پیش آزمون میانگین±انحراف استاندارد	پس آزمون میانگین±انحراف استاندارد	گروه (اندازه اثر)	زمان گروه (اندازه اثر)
ساقی قدامی	۹۶/۸۶±۸/۹۳	۹۷/۸۱±۱۷/۲۸	۱۰۴/۰۶±۳۳/۳۶	۱۰۰/۴۸±۱۸/۲۶	(۰/۰۲۶)/۰/۷۵۹	(۰/۰۱۶)/۰/۸۱۰
دوقلوی داخلی	۷۱/۰۴±۱۸/۵۲	۶۹/۱۵±۱۳/۹۴	۶۶/۰۷±۲/۶۶	۷۸/۷۱±۶/۲۱	(۰/۰۲۷)/۰/۷۷۲	(۰/۱۴۵)/۰/۴۵۶
پهن خارجی	۵۴/۰۳±۹/۵۲	۶۵/۰۴±۷/۵۷	۷۵/۴۶±۱۷/۷۷	۶۴/۲۲±۱۶/۸۵	(۰/۴۴۰)/۰/۱۵۱	(۰/۰۰۱)/۰/۹۹۱
پهن داخلی	۵۸/۳۳±۱۵/۰۵	۶۹/۱۱±۱۰/۵۸	۸۰/۳۴±۱۰/۸۷	۵۹/۷۷±۴/۶۶	(۰/۱۴۸)/۰/۴۵۲	(۰/۲۱۵)/۰/۳۳۵
راست رانی	۵۶/۵۱±۱۸/۰۴	۵۳/۸۷±۱۹/۸۵	۶۹/۸۲±۴/۳۸	۵۷/۸۸±۱۱/۰۶	(۰/۱۵۲)/۰/۴۴۴	(۰/۲۵۳)/۰/۳۰۹
دوسرانی	۵۰/۴۳±۱۲/۵۲	۶۳/۳۷±۱۱/۱۰	۶۱/۴۱±۸/۸۵	۵۷/۳۵±۱/۴۲	(۰/۰۴۰)/۰/۷۰۳	(۰/۱۷۴)/۰/۴۱۰
نیمه وتری	۵۲/۳۴±۱۹/۹۴	۵۰/۱۱±۶/۹۷	۵۴/۹۵±۹/۵۱	۵۷/۶۶±۱۸/۲۳	(۰/۱۵۵)/۰/۴۴۰	(۰/۰۰۱)/۰/۹۷۳
سرینی میانی	۵۳/۱۳±۱۲/۴۰	۵۳/۰۷±۱۰/۳۹	۵۵/۰۲±۸/۷۸	۴۹/۸۰±۱۶/۸۴	(۰/۰۰۱)/۰/۹۴۶	(۰/۱۲۸)/۰/۴۸۷

*سطح معناداری $P < 0/05$

آزمون آماری: آنالیز واریانس دو سویه با اندازه گیری تکراری. طبق یافته های جدول ۵، تاثیر تمرین با ترابند نشان داد که طی راه رفتن، اثر تعاملی زمان و گروه بر طیف فرکانس میانه الکترومایوگرافی عضله پهن داخلی کاهش معنی داری داشت ($P \leq 0/02$). تاثیر عامل زمان، عامل گروه و اثر تعاملی زمان و گروه از مرحله پیش آزمون تا پس آزمون تفاوت معنی داری را برای سایر عضلات اندام تحتانی نشان نداد ($P > 0/05$).

بحث

هدف از پژوهش حاضر بررسی تاثیر تمرین در آب و تمرین با ترابند بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی در افراد دارای پای پرونیت طی راه رفتن بود. یافته ها نشان داد که اثر تعاملی زمان و گروه بر طیف فرکانس میانه الکترومایوگرافی عضله پهن داخلی در تمرین با ترابند طی راه رفتن، کاهش معنی داری داشت ($P \leq 0/02$).

سایر متغیرها از مرحله پیش آزمون تا پس آزمون به لحاظ آماری تفاوت معنی داری را نشان نداد ($P > 0/05$). نتایج یافته های پژوهش حاضر با مطالعات جعفرنژاد گرو و همکاران، جعفرنژاد گرو و همکاران، ناهمسو بود (۴۵، ۱۳). احتمالاً دلیل ناهمسویی پژوهش حاضر با مطالعات پیشین به دلایلی همچون پروتکل تمرینی متفاوت، استفاده از ابزارهای تمرینی مختلف و دریافت دوره تمرینی مداخله مربوط باشد. با

این حال با نتایج مطالعات Wakeling و همکاران، که هیچ‌گونه افزایش معنی‌داری در طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات چهارسر ران مشاهده نکردند همسو بود (۳۸)، احتمالاً تمرینات با تراباند با کاهش فعالیت عضلات طی راه‌رفتن موجب کاهش خستگی شده و به دلیل ارتباط بسیاری از آسیب‌ها با خستگی با کاهش طیف فرکانس عضله پهن داخلی سازگار شده است. از طرفی معمولاً در فعالیت‌های شدید، از طیفی با فرکانس بالا و در هنگام فعالیت‌های کم شدت، اجزای فرکانس پایین به کار گرفته می‌شود، به عبارتی انقباض برون‌گرایی عضلات چهارسر ران یکی از سازگاری‌های اندام تحتانی برای کاهش خطر آسیب به کار گرفته می‌شود. حرکات انتقالی همچون راه‌رفتن که به صورت یک فرآیند تکراری انجام می‌گیرد توسط گروه‌های عضلانی که مسئول فلکشن و اکستنشن اندام تحتانی هستند انجام می‌پذیرند (۲۲). افزایش فعالیت الکتریکی عضلات چهارسر ران در افراد دارای پرونیشن پا طی راه‌رفتن از اهمیت بالایی برخوردار است، به نحوی که انقباض هر چه بیشتر عضلات چهارسر ران منجر به نزدیک شدن سطوح مفصلی شده و به دنبال آن قدرت و فعالیت هر چه بیشتر این عضلات طی راه‌رفتن منجر به ثبات مفصل مچ پا می‌گردد (۱۰). از طرفی طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات، شاخصی از خستگی عضله طی فعالیت است. با توجه به اصل اندازه که بیانگر شرکت تارهای عضلانی در فعالیت‌های مشخص است، افزایش طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات پس از اعمال تمرینات در آب و تمرین با تراباند می‌تواند تاثیر مثبتی از اثرگذاری پروتکل‌های تمرینی باشد (۳۷). احتمالاً شدت متوسط تمرینات در مطالعه حاضر یکی دیگر از دلایل کاهش طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضله پهن داخلی باشد. در حالی که یافته‌ها حاکی از آن است که در صورت بروز خستگی عضلات چهارسر ران طیف فرکانس عضلاتی همچون پهن داخلی و خارجی کاهش می‌یابد (۳۹). در این راستا کاردان و همکاران، اظهار داشتند که طیف فرکانس الکترومایوگرافی عضله پهن داخلی، طی اجرای حرکت آبدولیوچاگی بعد از اعمال خستگی در مقایسه

با قبل از اعمال خستگی کاهش معنی‌داری داشت (۴۰). احتمالاً یکی از دلایل کاهش طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضله پهن داخلی بر همین اساس باشد. در توجیه این مسئله Bendahan و همکاران، Bigland-Ritchie و همکاران، کاهش انرژی الکترومیوگرام (EMG)، عضلات را به دلیل بروز خستگی می‌دانستند، به نحوی که به دنبال خستگی سرعت شلیک موتونورون‌ها به شدت کاهش می‌یابد و در نهایت منجر به کاهش طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات منجر می‌شود (۴۱،۴۲). عضله ساقی قدیمی بزرگترین عضله دورسی فلکسور در ناحیه مچ پا است (۴۳). در افراد دارای پرونیشن پا دامنه و طیف فرکانس پایین این عضله منجر به ایجاد پلانترفلکشن طی راه‌رفتن می‌شود (۹). عضله دوقلوی داخلی جز عضلاتی محسوب می‌گردد که فرد برای افزایش ثبات پوسچر خود نیازمند افزایش فعالیت آن است (۴۴). این عضله در فاز میانه اتکا در زمان خم شدن مفصل زانو فعال شده و فعالیت آن به‌طور ناگهانی در فاز هل دادن افزایش می‌یابد، به‌علاوه طیف فعالیت الکتریکی عضله دوقلوی داخلی طی فاز اولیه نوسان جایی که در عمل فلکشن زانو قرار دارد ایفای نقش می‌کند (۴۵). ناهمسو با مطالعه پیشین هیچ‌گونه افزایشی در طیف فرکانس عضله ساقی قدیمی و دوقلوی داخلی مشاهده نشد. احتمالاً یک جلسه تمرینی تاثیر چندانی بر طیف فرکانس این عضلات ندارد. از عملکردهای مهم عضلات همسترینگ می‌توان به بازکردن و نزدیک کردن ران، خم کردن زانو و چرخش داخلی زانو اشاره کرد، افزایش طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات همسترینگ طی فاز اتکای راه‌رفتن به دلیل افزایش اکستنشن و اداکشن ران باشد که با مطالعه حاضر همخوانی نداشت (۴۶). احتمالاً انجام پروتکل تمرینی مطالعه حاضر با بروز خستگی منجر به کاهش سرعت هدایت پتانسیل واحدهای حرکتی عضلات طی راه‌رفتن شده است. پژوهش حاضر دارای محدودیت‌هایی بود که از جمله آن‌ها می‌توان به این مورد اشاره نمود که: ۱- پژوهش تنها در رده سنی مردان جوان مورد بررسی قرار گرفت. ۲- به دلیل شرایط کرونایی و عدم آمادگی جسمانی

حامی مالی: دانشگاه محقق اردبیلی

تعارض در منافع: وجود ندارد.

ملاحظات اخلاقی

این مطالعه دارای کد اخلاق به شماره IR.UMA.REC.1400.044 بود.

مشارکت نویسندگان

دکتر محسن برغمدی در ارائه ایده، طراحی مطالعه، ابراهیم پیری در جمع‌آوری داده‌ها، و در تجزیه و تحلیل داده‌ها مشارکت داشتند. لازم به ذکر است که تمامی نویسندگان در تدوین، ویرایش اولیه و نهایی مقاله و پاسخگویی به سوالات مرتبط با مقاله سهیم هستند.

آزمودنی‌ها تراباند با رنگ نارنجی که مقاومت متوسطی داشت استفاده گردید. لذا پیشنهاد می‌شود تا هر دو جنس با ثبت متغیرهای کینتیکی و کینماتیکی مورد بررسی قرار گیرد.

نتیجه‌گیری

با توجه به یافته‌های پژوهش حاضر به نظر می‌رسد یک جلسه تمرین در آب و تمرین با تراباند به لحاظ آماری تاثیر چندانی بر طیف فرکانس فعالیت الکتریکی عضلات اندام تحتانی ندارد. لذا پیشنهاد می‌گردد برای تبیین بهتر پروتکل تمرین در آب و تمرین با تراباند اثرات آن در بلندمدت مورد سنجش و تحلیل قرار گیرد.

سپاس‌گزاری

این مقاله برگرفته از طرح تحقیقاتی دکتر محسن برغمدی بود. لذا از تمامی افراد شرکت‌کننده در این پژوهش کمال تشکر و قدردانی را داریم.

References:

- 1-Lee IM, Buchner DM. *The Importance of Walking to Public Health*. Med Sci In Sports Exerc 2008; 40(7 Suppl): S512-8.
- 2-Koreili Z, Fatahi A, Azarbayjani MA, Sharifnezhad A. *Comparison of Static Balance Performance and Plantar Selected Parameters in Dominant and Non-Dominant Leg Active Female Adolescents with Ankle Pro-Nation*. The Scientific Journal of Rehabilitation Medicine 2023: 306-319. [Persian]
- 3-Lee MS, Vanore JV, Thomas JL, Catanzariti AR, Kogler G, Kravitz SR, et al. *Diagnosis and Treatment of Adult Flatfoot*. J Foot Ankle Surg 2005; 44(2): 78-113.
- 4-Valizade-Orang A, Siahkoohian M, Jafarnezhadgero AA, Bolboli L, Ghorbanlou F. *Investigating the Effects of Long-Term Use of Motion Control Shoes on the Frequency Spectrum of Ground Reaction Force during Running in the Runners with Pronated Feet*. The Scientific Journal of Rehabilitation Medicine 2019; 8(4), 123-31 [Persian]
- 5-Razeghi M, Batt ME. *Foot Type Classification: A Critical Review of Current Methods*. Gait Posture 2002; 15(3): 282-91.
- 6- Chen KC, Tung LC, Tung CH, Yeh CJ, Yang JF, Wang CH. *An Investigation of the Factors Affecting Flatfoot in Children with Delayed Motor Development*. Res Dev Disabil 2014; 35(3): 639-45.
- 7- Dunn JE, Link CL, Felson DT, Crincoli MG, Keysor JJ, McKinlay JB. *Prevalence of Foot and Ankle Conditions in a Multiethnic Community*

- Sample of Older Adults*. Am J Epidemiol 2004; 159(5):491-8.
- 8-Gray EG, Basmajian JV. *Electromyography and Cinematography of Leg and Foot ("Normal" and Flat) during Walking*. Anat Rec 1968; 161(1): 1-15.
- 9-Lim BW, Hinman RS, Wrigley TV, Sharma L, Bennell KL. *Does Knee Malalignment Mediate the Effects of Quadriceps Strengthening on Knee Adduction Moment, Pain, and Function in Medial Knee Osteoarthritis? A Randomized Controlled Trial*. Arthritis Rheum 2008; 59(7): 943-51.
- 10-Ghorbanlou F, Jaafarnejad A, Fatollahi A. *Effects of Corrective Exercise Protocol Utilizing A TheraBand on Muscle Activity During Running in Individuals with Genu Valgum*. The Scientific Journal of Rehabilitation Medicine 2021; 10(5): 1052-65. [Persian]
- 11-Hewett TE, Myer GD, Ford KR, Heidt RS Jr, Colosimo AJ, McLean SG, et al. *Biomechanical Measures of Neuromuscular Control and Valgus Loading of the Knee Predict Anterior Cruciate Ligament Injury Risk in Female Athletes: A Prospective Study*. Am J Sports Med 2005; 33(4): 492-501.
- 12-Jafarnejadgero AA, Alavi Mehr SM. *The Effect of Thera-Band Resistance Training on the Electromyography Frequency Spectrum of Trunk and Lower Limb Muscles in Low Back Pain Patients with Pronated Feet during Walking: A Clinical Trial*. Journal of Rafsanjan University of Medical Sciences 2019; 18(5): 427-40. [Persian]
- 13-Ziaei M, Esmaili H, Mirshkar M. *Effect of Plyometric and Theraband Tainings on Ankle Proprioception and Strength in Adolescent Soccer Players*. Journal of Paramedical Sciences & Rehabilitation 2020; 9(2):16-29. [Persian]
- 14-Aghakeshizade F, Saghari M, Shojaeddin SS. *The Effect of Thera-Band Resistive Exercises on Pain, Dynamic Balance, and Function of Amateur Teenage Basketball Players*. J Anesth Pain 2020; 11(1): 14-24. [Persian]
- 15-Khodabakhshi M, Ebrahimi Atri A, Hashemi Javaheri SA, Ashouri H, Farookhro N, Khodabandelo V. *The Effect of 6 Weeks of Strength Exercise with Traband on Some of the Variables Anaerobic Power in Young Basketball Players*. Research in Sport Medicine and Technology 2015;13(10):47-57. [Persian]
- 16-Maher CG. *Effective Physical Treatment for Chronic Low Back Pain*. Orthop Clin North Am 2004; 35(1): 57-64.
- 17-Shourabi P, Bagheri R, Ashtary-Larky D, Wong A, Motevalli MS, Hedayati A, et al. *Effects of Hydrotherapy with Massage on Serum Nerve Growth Factor Concentrations and Balance in Middle Aged Diabetic Neuropathy Patients*. Complementary Therapies in Clinical Practice 2020; 39: 101141. [Persian]
- 18-Stensdotter AK, Hodges PW, Mellor R, Sundelin G, Häger-Ross C. *Quadriceps Activation in Closed and in Open Kinetic Chain Exercise*. Med Sci Sports Exerc 2003; 35(12): 2043-7.
- 19-Ciolac EG, Garcez-Leme LE, Greve JM. *Resistance Exercise Intensity Progression in Older Men*. Int J Sports Med 2010; 31(6): 433-8.
- 20-Haq SA, Davatchi F. *Osteoarthritis of the Knees in the COPCORD World*. Int J Rheum Dis 2011; 14(2): 122-9.

- 21-Ghorbanlou F, Jafarnezhadgero A, Fakhri Mirzanag E. *The Effect of Training with Elastic Band on Electro Myography of Lower Limb Muscles in Genu Valgum Male Students during Running: A Clinical Trial Study*. J Rafsanjan Uni Med Sci 2022; 21(03): 327-42. [Persian]
- 22-Yip CH, Chiu TT, Poon AT. *The Relationship Between Head Posture and Severity and Disability of Patients with Neck Pain*. Man Ther 2008; 13(2): 148-54.
- 23-Jafarnezhadgero AA, Majlesi M, Azadian E. *Gait Ground Reaction Force Characteristics in Deaf and Hearing Children*. Gait & Posture 2017; 53: 236-40.
- 24-Picciano AM, Rowlands MS, Worrell T. *Reliability of Open and Closed Kinetic Chain Subtalar Joint Neutral Positions and Navicular Drop Test*. J Orthop Sports Phys Ther 1993; 18(4): 553-8.
- 25-Wma DOH. *Ethical Principles for Medical Research Involving Human Subjects in 59th WMA General Assembly*. WM Association, Seoul. 2008.
- 26-McWalter EJ, Cibere J, MacIntyre NJ, Nicolaou S, Schulzer M, Wilson DR. *Relationship between Varus-Valgus Alignment and Patellar Kinematics in Individuals with Knee Osteoarthritis*. J Bone Joint Surg Am 2007; 89(12): 2723-31.
- 27-Valizadeorang A, Ghorbanlou F, Jafarnezhadgero A, Alipoor Sarinasilou M. *Effect of Knee Brace on Frequency Spectrum of Ground Reaction Forces during Landing from Two Heights of 30 and 50 cm in Athletes with Anterior Cruciate Ligament Injury*. J Rehab Med 2019; 8(2): 159-68. [Persian]
- 28-Kamonseki DH, Gonçalves GA, Yi LC, Júnior IL. *Effect of Stretching with and without Muscle Strengthening Exercises for the Foot and Hip in Patients with Plantar Fasciitis: A Randomized Controlled Single-Blind Clinical Trial*. Man Ther 2016; 23: 76-82.
- 29-Farahpour N, Jafarnezhadgero A, Allard P, Majlesi M. *Muscle Activity and Kinetics of Lower Limbs During Walking in Pronated Feet Individuals with and without Low Back Pain*. J Electromyogr Kinesiol 2018; 39: 35-41.
- 30-Cohen J. *Quantitative Methods in Psychology: A Power Primer*. Psychological Bulletin 1992; 112(1): 155-9.
- 31-Nakagawa TH, Muniz TB, Baldon Rde M, Dias Maciel C, de Menezes Reiff RB, Serrão FV. *The Effect of Additional Strengthening of Hip Abductor and Lateral Rotator Muscles in Patellofemoral Pain Syndrome: A Randomized Controlled Pilot Study*. Clin Rehabil 2008; 22(12): 1051-60.
- 32-Bálint GP, Buchanan WW, Ádám A, Ratkó I, Poór L, Bálint PV, et al. *The Effect of the Thermal Mineral Water of Nagybaracska on Patients with Knee Joint Osteoarthritis—a Double Blind Study*. Clin Rheumatol 2007; 26(6): 890-4.
- 33-Andersen LL, Andersen CH, Mortensen OS, Poulsen OM, Bjørnlund IB, Zebis MK. *Muscle Activation and Perceived Loading during Rehabilitation Exercises: Comparison of Dumbbells and Elastic Resistance*. Phys Ther 2010; 90(4): 538-49.
- 34-Topp R, Woolley S, Hornyak J 3rd, Khuder S, Kahaleh B. *The Effect of Dynamic versus Isometric Resistance Training on Pain and Functioning among Adults with Osteoarthritis of the Knee*. Arch Phys Med Rehabil 2002; 83(9): 1187-95.
- 35-Mousavi A, Arabmomeni A. *The Effects of Three Comprehensive Corrective Exercise Protocols on the Correction of Flexible Flat Foot in Boy Students*

- with Overweight*. Journal of Ardabil University of Medical Sciences 2021; 21(2): 157-70. [Persian]
- 36-Jaafarnejad A, Valizade-Orang A, Ghaderi K. *Comparison of Muscular Activities in Patients with Covid19 and Healthy Control Individuals during Gait*. J Rehab Med 2021; 10(1): 168-74. [Persian]
- 37-Wakeling JM, Pascual SA, Nigg BM, von Tscharnar V. *Surface EMG Shows Distinct Populations of Muscle Activity when Measured during Sustained Sub-Maximal Exercise*. Eur J Appl Physiol 2001; 86(1):40-7.
- 38-Wretling ML, Henriksson-Larsen K, Gerdle B. *Inter-Relationship between Muscle Morphology, Mechanical Output and Electromyographic Activity during Fatiguing Dynamic Knee-Extensions in Untrained Females*. Eur J Appl Physiol Occup Physiol 1997; 76(6): 483-90.
- 39-Kardan S, Barghamadi M, Afroonde R, Abdollahpour M. *An Investigation of the Effect of Quadriceps Fatigue on Electromyography Frequency Spectrum in the Lower Limb Muscles during Apdoliochagi in Elite Men*. Sport Physiology & Management Investigations 2020; 12(3): 123-33. [Persian]
- 40-Bendahan D, Jammes Y, Salvan A, Badier M, Confort-Gouny S, Guillot C, et al. *Combined Electromyography-31P-Magnetic Resonance Spectroscopy Study of Human Muscle Fatigue during Static Contraction*. Muscle Nerve 1996; 19(6): 715-21.
- 41-Bigland-Ritchie BR, Dawson NJ, Johansson RS, Lippold OC. *Reflex Origin for the Slowing of Motoneurone Firing Rates in Fatigue of Human Voluntary Contractions*. J physiol 1986; 379: 451-9.
- 42-Namavarian N, Rezasoltani A, Rekabzadeh M. *A Study on the Function of the Knee Muscles in Genu Varum and Genu Valgum*. Modern Rehabilitation 2014; 8(3): 1-9. [Persian]
- 43-Mahaki M, Shojaedin S, Memar R, Khaleghi Nazji M. *The Comparison of the Electromyography of Leg Muscles and Peak Vertical Ground Reaction Forces during Single Leg Drop Landing between Men with Genu Varum Deformity and Normal Knee*. Sport Science and Health Research 2013; 4(2): 87-106. [Persian]
- 44-Jafarnezhadgero AA, Anvari SM, Valizad Orang A. *Influence of Sport Shoe Ageing on Frequency Domain of Lower Limb Muscles in Individuals with Genu Varum and Healthy Group during Walking*. Iranian Journal of Rehabilitation Research 2020; 6(3): 25-33. [Persian]
- 45-Rathleff MS, Holden S, Krommes K, Winiarski L, Hölmich P, Salim TJ, et al. *The 45-Second Anterior Knee Pain Provocation Test: A Quick Test of Knee Pain and Sporting Function in 10–14-Year-Old Adolescents with Patellofemoral Pain*. Phys Ther Sport 2022; 53: 28-33.

Effect of Training in Water and Training with Thera-Band on the Frequency Spectrum of Electrical Activity of Lower Limb Muscles in People with Pronated Foot During Walking: A Clinical Trial Study

Mohsen Barghamadi*¹, Ebrahim Piri¹

Original Article

Introduction: The ankle joint is one of the most vulnerable joints in the body due to weight bearing. Pronated foot is one of the most common complications of the lower limbs. Therefore, the aim of the present study was to investigate the effect of training in water and training with thera-band on the frequency spectrum of electrical activity of lower limb muscles in people with pronated foot during walking.

Methods: The present research was a clinical trial study that was conducted in a semi-experimental and laboratory. The statistical sample of the present study included 45 students of University of Mohaghegh Ardabili who had pronated foot, were selected purposefully and were randomly and equally placed in three groups: TheraBand, exercise in water, and control. The training protocol used for the water training group was based on the sports prescription guidelines of the American College of Sports Medicine (ACSM), and for the training group with the thera-band, it was performed using an orange thera-band in three sets with repetitions of 14 movements. To measure the frequency spectrum of the electrical activity of the lower limb muscles, it was recorded using a wireless surface electromyography device. Likewise, analysis of variance with repeated measurements and Bonferroni post hoc test were used to analyze the data at a significance level of $P \leq 0.05$.

Results: The results showed that the interactive effect of time and group on the middle frequency spectrum of electromyography of the vastus medialis muscle in the exercises of the thera-band group during walking had a significant decrease ($P=0.02$). Other variables from the pre-test stage to the post-test did not show statistically significant differences ($P < 0.05$).

Conclusion: It seems that doing exercises in water and thera-band doesn't statistically have much effect on the frequency spectrum of the electrical activity of the lower limb muscles.

Keywords: Training in Water, Thera-Band, Frequency Spectrum, Electrical Activity Muscle, Pronated Foot, Gait.

Citation: Barghamadi M, Piri E. **Effect of Training in Water and Training with Thera-Band on the Frequency Spectrum of Electrical Activity of Lower Limb Muscles in People with Pronated Foot During Walking: A Clinical Trial Study.** J Shahid Sadoughi Uni Med Sci 2024; 32(2): 7541-53.

¹Department of Sports Biomechanics, Faculty of Educational Sciences and Psychology, University of Mohaghegh Ardabili, Ardabil, Iran.

*Corresponding author: Tel: 045-31505652, email: Barghamadi@uma.ac.ir