

طراحی و ساخت سامانه دارورسان حساس به pH بر پایه نانوذرات چارچوب فلز-آلی (MOF) جهت درمان سرطان به وسیله نانوسامانه دارویی حاوی کورکومین

الهه درویشی^۱، مهسا مینادی^۲، سمیه میرصادقی^۳، بهرنگ شیری ورنامخواستی^{۴*}

مقاله پژوهشی

مقدمه: تاکنون تحقیقات بسیاری در زمینه دارورسانی هدفمند به منظور به حداقل رساندن عوارض جانبی، رساندن کنترل شده دارو به محل مورد نظر و همچنین دستیابی به اثرات مطلوب درمانی انجام شده است. زئولیتیک ایمیدازولات-۸ (ZIF-8) زیردسته‌ای از MOF می‌باشند که زیست سازگار بوده، در محیط آبی پایدارند و دارای تخلخل تنظیم‌پذیر می‌باشند. هم‌چنین در pHهای پنج یا شش، پیوند بین یون‌ها از بین رفته و باعث آزاد شدن دارو می‌گردد. در این پروژه به منظور بهبود خصوصیات فیزیکوشیمیایی و افزایش کارایی داروهای لیپوفیل در درمان سرطان، از ساختار ZIF-8 به عنوان حامل کورکومین استفاده شد.

روش بررسی: این تحقیق یک مطالعه پایه‌ای تجربی است که در آن نانوذره ZIF-8 از روش هم‌رورسوبی ساخته شد. هم‌چنین برای اثبات حساسیت به pH آن‌ها، ابتدا کورکومین به صورت درجا در ZIF-8 کپسوله شده و با روش‌های XRD، SEM، TEM، DLS خصوصیت‌یابی شدند. سپس بررسی رهایش آن در دو pH پنج و ۷/۴ بافر فسفات سالین بررسی قرار گرفت. در نهایت آزمایشات برون تن با روش MTT بر رده سلول‌های سرطانی پروستات (PC3) انجام شد. تفاوت‌ها از طریق آزمون تحلیل واریانس (ANOVA) (Analysis of variance) با استفاده از نرم افزار SPSS version 16 مقایسه شدند.

نتایج: پس از خصوصیت‌یابی نانوذرات با روش‌های مذکور، ابعاد نانو ذرات بین ۸۰-۶۰ نانومتر و ابعاد نانوذره همراه کورکومین بین ۱۲۰-۱۱۰ نانومتر بوده است. هم‌چنین بارگیری دارو در نانوذره ZIF-8 حدود ۷۲٪ بود که مقدار قابل قبولی است. مطالعات رهایش دارویی نشان می‌دهد که در محیط اسیدی حدود ۸۰٪ دارو آزاد شده اما در محیط طبیعی و در سلول‌های سالم حدود ۲۰٪ رهایش دارو رخ داده است. **نتیجه‌گیری:** نانوذرات حاصل ظرفیت بالایی در درمان سرطان پروستات و حداقل آسیب به سلول‌های سالم از خود نشان دادند. می‌توان گفت استفاده از این فرمولاسیون جهت دارورسانی هدفمند سرطان نه تنها عوارض داروهای ضد سرطان را کم می‌کند بلکه اثربخشی آن‌ها را افزایش داده و هم‌چنین می‌تواند برای دارورسانی داروهای کم محلول و یا نامحلول در محیط‌های بیولوژیکی مورد استفاده قرار گیرد.

واژه‌های کلیدی: دارورسانی هدفمند، سرطان، چارچوب فلز-آلی، زئولیتیک ایمیدازولات-۸، کورکومین

ارجاع: درویشی الهه، مینادی مهسا، میرصادقی سمیه، شیری ورنامخواستی بهرنگ. طراحی و ساخت سامانه دارورسان حساس به pH بر پایه نانوذرات چارچوب فلز-آلی (MOF) جهت درمان سرطان به وسیله نانوسامانه دارویی حاوی کورکومین. مجله علمی پژوهشی دانشگاه علوم پزشکی شهید صدوقی یزد ۱۳۹۹؛ ۲۸ (۹): ۲۹-۳۰.

۱-دکتری، مرکز تحقیقات دارورسانی نانو، دانشکده داروسازی، دانشگاه علوم پزشکی کرمانشاه، کرمانشاه، ایران.

۲-دکتری حرفه ای داروسازی، مرکز تحقیقات علوم دارویی، دانشکده داروسازی، دانشگاه علوم پزشکی کرمانشاه، کرمانشاه، ایران.

۳-دکتری مرکز تحقیقات غدد و متابولیسم، پژوهشگاه علوم غدد و متابولیسم، دانشگاه علوم پزشکی تهران، ایران.

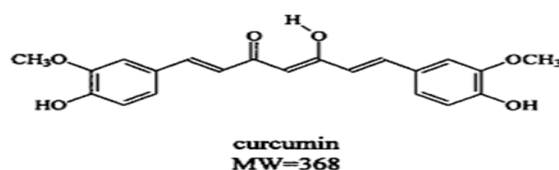
۴-دکتری نانو فارماسیوتیکس، مرکز تحقیقات علوم دارویی، دانشکده داروسازی، دانشگاه علوم پزشکی کرمانشاه، کرمانشاه، ایران.

* (نویسنده مسئول): تلفن: ۰۹۱۶۳۱۳۹۸۶۵، پست الکترونیکی: shiribehrang@yahoo.com، صندوق پستی: ۱۶۷۳۶۷۱۴۵

مقدمه

بیماری سرطان دومین بیماری کشنده دنیا می‌باشد که در سال‌های اخیر به‌ویژه با افزایش استفاده از مواد شیمیایی و دیگر عوامل جهش‌زا و از طرف دیگر افزایش متوسط طول عمر به‌دلیل پیشرفت‌های پزشکی و در نتیجه شیوع بیش از پیش آن در میان جوامع مختلف، تبدیل به یکی از بزرگترین چالش‌های علم پزشکی دنیا شده است (۱). به‌دلیل شرایط خاص این بیماری و توجه به این مطلب که داروهای مورد استفاده در کنترل این بیماری عوارض جدی و بسیاری بر بافت‌های تکثیر شونده بدن مانند سلول‌های ایمنی دارند و نیز اینکه تکثیر سریع به‌همراه جهش‌های فراوان در بافت‌های توموری موجبات ایجاد مقاومت دارویی را فراهم می‌کند رسانش هدفمند داروها به بافت‌ها و سلول‌های سرطانی مهم‌ترین چالش مبارزه با این بیماری است (۲). داروهای زیادی بسته به نوع و مرحله بیماری برای درمان سرطان‌های مختلف به‌کار گرفته می‌شوند که در بسیاری از موارد استفاده یک داروی بسیار کارآمد به‌دلیل خصوصیتی چون آبگریز بودن یا ناپایداری در محیط بدن، ناممکن یا بسیار مشکل شده و همین معایب بازدهی دارو در درمان بیماری را به‌شدت تحت تأثیر قرار می‌دهد. به‌منظور رفع این مشکلات سیستم‌های دارو رسانی بسیاری توسط گروه‌های تحقیقاتی مختلف به این منظور ارائه و تعدادی از آن‌ها نیز به مرحله تجاری رسیده یا در مراحل آزمایش‌های کلینیکی هستند (۳). با توسعه سامانه‌های جدید دارورسانی، مشکلات داروهای موجود هم چون زیست‌فراهمی پایین، انتقال ضعیف از غشاءهای زیستی، نامحلول بودن در آب و یا ناپایداری در محیط‌های زیستی و همچنین مقاومت‌های دارویی کاهش یافته است. در زمینه دارورسانی هدفمند به سلول‌های سرطانی، سامانه‌های دارورسانی حساس به pH کاندیدهای مناسبی می‌باشند. زیرا pH در نواحی بافت تومور (۶-۵/۵) دارای اسیدیته بیشتری از خون و بافت‌های دیگر (۷/۴) است. این سیستم‌ها، دارو را در محل تومور بیشتر و سریع‌تر از بافت‌های معمولی اطراف آن که دارای pH فیزیولوژیک ۷/۴ هستند آزاد می‌کند. نانوذرات متخلخل برای دارورسانی حساس به pH بسیار مناسبند

زیرا نانوذرات توانایی بالایی در عبور از غشاهای سلولی دارند و همچنین توسط سلول‌های سرطانی بازجذب می‌شوند. علاوه بر این مساحت سطح ویژه جزء مهم‌ترین فاکتورهای ارزیابی میزان ظرفیت حفره است و با تعداد مولکول‌هایی که تماس مستقیم دارند در ارتباط می‌باشد به‌همین دلیل در بحث دارورسانی مساحت سطح ویژه برای بارگذاری داروها از اهمیت زیادی برخوردار است (۴). چارچوب فلز-آلی MOF به دلیل داشتن حفرات با اندازه بزرگ، سطح ویژه زیاد، جذب انتخاب‌پذیر مولکول‌های کوچک، امروزه در دارورسانی مورد توجه قرار گرفته‌اند. این نانوذرات زیست‌سازگار بوده و در محیط‌های اسیدی دارو را آزاد می‌کنند اما یکی از معایب آن‌ها این است که در محیط‌های آبی و فیزیولوژیکی بدن ناپایدار می‌باشند (۵). نانوذرات ZIF-8 دسته‌ای از MOFها هستند که نانو ساختارهای متخلخل و زیست‌سازگارند و در محیط فیزیولوژیکی بدن پایدار می‌باشند و دارای ظرفیت بالایی برای بارگذاری دارو هستند. ساختارهای ZIF-8 در محیط اسیدی با از بین رفتن پیوند بین روی و یون ایمیدازول باعث آزاد شدن دارو می‌شود (۶). در این پروژه از این نانوذره برای بارگیری و حمل داروی کورکومین استفاده شده است. کورکومین یک ترکیب پلی‌فنل زرد رنگ، آبگریز و با وزن مولکولی پایین می‌باشد (شکل ۱). این ماده از ریزوم‌های گیاه کورکوما لانگا (*Curcuma Loga*) استخراج می‌شود (۷). این گیاه از خانواده زنجبیل و بومی مناطق جنوب و جنوب شرق آسیا می‌باشد. بخش اعظم پودر استخراج شده که در زبان فارسی به آن زردچوبه گفته می‌شود را کورکومین تشکیل می‌دهد. زردچوبه از ریزوم این گیاه مشتق می‌شود و در طول تاریخ در طب سنتی چین و هند بسیار مورد استفاده قرار می‌گرفت. در طی مطالعات انجام شده در سال ۲۰۱۵ توسط شانگموگان و همکارانش کورکومین دارای خواص بسیار زیادی می‌باشد از جمله خواص آنتی‌اکسیدانی، ضدالتهابی، ضدکارسینوم و ضدتوموری و همچنین دارای خواص هپاتوپروتکتیو و کاردیوپروتکتیو می‌باشد (۸). کورکومین عامل اصلی رنگ زرد و طلایی زردچوبه می‌باشد و همچنین به‌عنوان مسئول بسیاری از خواص زردچوبه تشخیص داده شده است.



شکل ۱: ساختار ترکیب کورکومین

روش بررسی

۱-۲ سنتز نانو ذرات ZIF-8 با استفاده از روش هم‌رسوبی در حلال آلی

نانوذرات کریستالی ZIF-8 از طریق افزودن محلول آبی Zn(NO₃)₂•6H₂O به محلول آبی ۲-متیل ایمیدازول در دمای اتاق و همزدن محلول به مدت پنج دقیقه تهیه شدند. قبل از مخلوط کردن، دو محلول فیلتر و سپس به هم اضافه می‌شوند. ۱/۱۷ گرم نیترات روی درون بشر ۲۰ میلی‌لیتری ریخته شد سپس ۸ میلی لیتر آب مقطر را به بشر اضافه کرده و روی استیر در دما و فشار اتاق گذاشته شد تا پودر کاملاً حل شود. سپس در یک بشر دیگر، ۲/۲۷ گرم ۲-متیل ایمیدازول را که با ترازو حساس وزن شده را نیز در بشر ریخته و ۸ میلی‌لیتر آب مقطر به بشر اضافه شد و روی استیر در دما و فشار اتاق قرار گرفت تا پودر کاملاً حل شد. باید توجه داشت که حل شدن ۲-متیل ایمیدازول زمان‌بر می‌باشد. بعد از حل شدن کامل، محلول نیترات روی را با سمپلر به صورت قطره قطره به محلول ۲-متیل ایمیدازول که روی استیر قرار داشت با دور نسبتاً سریع در حال استیر بود، اضافه شد. رنگ شیری حاصل نشان دهنده تشکیل نانوذره است. محلول به مدت پنج دقیقه بر روی استیر هم‌زده شد. به منظور جمع‌آوری نانوذرات، محلول با سرعت ۶۵۰۰ rpm به مدت ۱۰ دقیقه سانتریفیوژ شد و رسوب حاصل سه بار با آب مقطر شستشو داده شد. سپس نانوذرات سنتز شده، یک شب در دمای ۶۵ درجه سانتی‌گراد در آون قرار گرفت تا کاملاً خشک شده و مورد خصوصیت‌یابی قرار گرفتند.

۲-۲ کپسوله کردن دارو در ZIF-8 به صورت درجا

۱۵۰ میلی‌گرم نیترات روی در ۵ میلی‌لیتر آب مقطر حل شد، سپس در بشر دیگر ۳۳۰ میلی‌گرم از ۲-متیل ایمیدازول و

میلی‌گرم کورکومین در ۱۰ سی‌سی متانول حل شد. وقتی محلول ۲-متیل ایمیدازول و کورکومین در حال هم‌خوردن بود، محلول نیترات روی به آن اضافه شد که بعد از مدت ۱۰ دقیقه رنگ نارنجی روشن محلول به نارنجی کدر تغییر یافت این تغییر رنگ نشان‌دهنده تشکیل نانوذرات ZIF-8 حاوی کورکومین (CCM@ZIF-8) است. محلول با سرعت ۸۰۰۰ rpm به مدت ۱۵ دقیقه سانتریفیوژ شد سپس نمونه جمع‌آوری شده برای جدا کردن ترکیبات واکنش نداده سه بار با متانول شسته شد. بعد از خشک شدن برای بررسی رهایش دارو و خصوصیت‌یابی از آن استفاده گردید.

۳-۲ محاسبه درصد بارگیری دارو در نانوذرات

درصد بارگیری عبارت است از مقدار ماده فعال یافت شده اعم از داروها، اسانس‌ها، پروتئین‌ها و سایر اجزای قابل شناسایی در فرمولاسیون نسبت به مقدار آن‌ها در ابتدای شروع واکنش که محاسبه آن از طریق فرمول زیر انجام می‌شود:

$$EE\% = (W_t / W_i) \times 100$$

که در آن W_t مقدار ماده ترکیب شده در فرمولاسیون و W_i مقدار کل ماده‌ای است که از ابتدا جهت ترکیب در فرمولاسیون مصرف می‌شود. این دو مقدار می‌توانند به روش‌های اسپکتروسکوپی یا کروماتوگرافی اندازه‌گیری شوند (۹). به منظور محاسبه درصد بارگیری دارو از روشین به‌دست آمده بعد از سانتریفیوژ استفاده گردید و مقدار جذب آن در دستگاه اسپکتروفتومتری در طول موج ۴۲۰ نانومتر بررسی شد و با قرار دادن در نمودار کالیبراسیون، مقدار داروی بارگیری شده با استفاده از فرمول فوق محاسبه گردید.

۳-۲ بررسی خصوصیات فیزیکوشیمیایی نانوذرات

به منظور بررسی خصوصیات فیزیکی، شیمیایی سامانه دارویی مورد استفاده در این تحقیق، آنالیزهای مختلفی انجام

با بافت منشا فیبروبلاست ATCC CRL-4001 (به عنوان سلول غیرسرطانی) می باشد که هر دوی آن ها منشا اپیتلیالی دارند که از انستیتو پاستور خریداری شد.

۲-۵-۲ کشت سلول ها

سلول های PC3 و فیبروبلاست در فلاسک حاوی محیط کشت DMEM، ۱۰٪ سرم جنین گاوی، پنی سیلین ۱۰۰ G واحد بر میلی لیتر و استرپتومایسین ۱۰۰ میلی گرم بر میلی لیتر کشت داده شد. فلاسک حاوی سلول ها برای رشد، داخل انکوباتور کشت سلولی و در شرایط دمای ۳۷ درجه سانتی گراد و رطوبت ۹۵٪ و دی اکسید کربن ۵٪ قرارداده شده است (۱۰).

۲-۵-۳ آزمون سنجش میزان سمیت سلولی با روش MTT

جهت کنترل وضعیت سلول ها در محیط کشت، میزان بقا و هم چنین بررسی وضعیت سلول ها بعد از تیمارهای مختلف دارویی از روش های مختلفی استفاده می شود که یکی از این روش ها تست MTT می باشد. آزمایش MTT یک روش رنگ سنجی است که بر اساس احیا شدن و شکسته شدن کریستال های زرد رنگ تترازولیوم بوسیله آنزیم سوکسینات دهیدروژناز موجود در میتوکندری فعال سلول های زنده و تشکیل کریستال های آبی رنگ نامحلول انجام می شود. به منظور بررسی میزان اثر سایتوتوکسیسیتی نانوذرات در محیط برون تن، پس از کشت رده های سلولی مورد نظر و رسیدن به تراکم مناسب سلولی، سلول ها در پلیت ۹۶ خانه ای به ازای هر خانه 5×10^3 سلول کاشته شد و یک روز پس از کشت، سلول ها با غلظت های مختلفی (۱، ۵، ۱۰، ۲۰، ۴۰ و ۸۰ و ۱۰۰ میکروگرم در میلی لیتر) تیمار شدند از نانوذرات حاوی داروی کورکومین، نانوذرات بدون داروی کورکومین، دارو به عنوان کنترل منفی تیمار شدند. سپس ۰/۵ میلی گرم بر میلی لیتر محلول MTT به هر چاهک اضافه شد و به مدت ۲ تا ۴ ساعت انکوبه شد. سپس چاهک ها با PBS شستشو داده شد تا MTT غیر واکنشی حذف شود. بعد از آن، برای حذف کردن بلورهای فورمازان، DMSO به هر چاهک اضافه

شد. اندازه ذره ای و توزیع نانوذرات توسط دستگاه DLS اندازه گیری شد. ساختار کریستالی نانوذره توسط داده های دستگاه پراش اشعه ایکس (XRD) بررسی شد. هم چنین مورفولوژی و سایز دقیق نانوذرات با استفاده از میکروسکوپ الکترونی روبشی (SEM) و میکروسکوپ الکترونی عبوری (TEM) به دست آمد. برای اثبات بارگیری کورکومین در نانوذرات از تست طیفسنجی تبدیل فوریه مادون قرمز (FTIR) صورت گرفت.

۲-۴ مطالعه رهایش کورکومین در محیط بافر فسفاتی

به منظور بهبود حلالیت و پایداری کورکومین، مخلوط محلول های توپین-۸۰ به میزان یک دهم درصد وزنی حجمی با بافر فسفات سالین در pH های ۵ و هم چنین ۷/۴ برای مطالعه رفتار رهایش CCM@ZIF-8 استفاده شد. حداکثر حلالیت کورکومین در محلول حاوی توپین-۸۰ در حدود ۶۵ میکروگرم بر میلی لیتر برای pH پنج و ۶۹ میکروگرم بر میلی لیتر برای pH هفت و چهاردهم است. ۵ میلی گرم CCM@ZIF-8 در ۲ میلی لیتر محلول حاوی توپین-۸۰ آماده شد، در کیسه دیالیز مهر و موم شده در بشر حاوی ۱۵ میلی لیتر بافر و تحت آزمایش در انکوباتور در دمای ۳۷ درجه سانتی گراد تحت نوسان در شیکرانکوباتور قرار داده شد. در فواصل زمانی انتخاب شده در طی ۷۲ ساعت، ۱ میلی لیتر از محلول بافر خارج از کیسه دیالیز برداشته شد و با یک میلی لیتر بافر تازه جایگزین شد. مقدار کورکومین آزاد شده با استفاده از تعیین جذب در طول موج ۴۲۰ نانومتر و با کمک از یک منحنی کالیبراسیون در همان بافر اندازه گیری شد. سپس وزن تجمعی و درصد نسبی کورکومین آزاد شده به عنوان عملکرد ZIF-8 تهیه شده، مورد محاسبه قرار گرفت.

۲-۵ ارزیابی نانوذرات تهیه شده در شرایط برون تن

۲-۵-۱ رده های سلولی

در این تحقیق برای ارزیابی اثر ضدسرطانی نانوذرات تهیه شده در شرایط برون تن، رده های سلولی PC3 و ATCC CRL-4001 مورد استفاده قرار گرفتند. رده سلول های انسانی با منشا بافت سرطان پروستات PC3 و رده سلولی های انسانی

ملاحظات اخلاقی

پروپوزال این تحقیق توسط دانشگاه علوم پزشکی کرمانشاه تایید شده است (IR.KUMS.REC.1397.1052).

نتایج

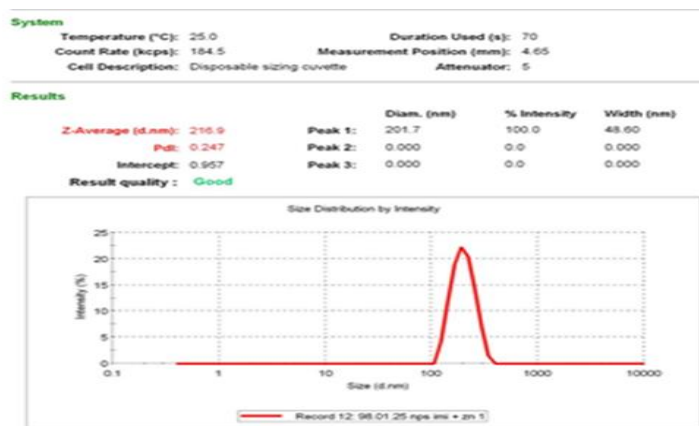
۴-۱ بررسی خصوصیات فیزیکوشیمیایی نانوذرات

به منظور تعیین حدودی اندازه نانوذرات از آنالیز DLS استفاده شد. در این آنالیز شعاع هیدرودینامیکی نانوذرات و شاخص پراکندگی اندازه آنها (PDI) به دست آمد. نتایج به دست آمده نشان داد که نانوذرات دارای شعاع هیدرودینامیکی ۲۱۶ نانومتر بوده و شاخص پراکندگی اندازه ذرات ۰/۲۴۷ بود که بسیار مناسب بوده و نشان دهنده سنتز نانوذرات همگن و با اندازه یکنواخت است. این نانوذرات اندازه مطلوب برای اهداف دارورسانی دارند. برای بررسی سائز دقیق نانوذرات از دستگاه میکروسکوپ الکترونی استفاده شد.

شد. سپس چگالی اپتیکی نمونه‌ها بر روی یک صفحه ELISA اندازه‌گیری شد. تراکم نوری محلول حاصل با استفاده از دستگاه اسپکتروفتومتر در طول موج ۵۷۰ نانومتر اندازه‌گیری شد. پر واضح است که هرچه میزان جذب خوانده شده نسبت به حالت کنترل کمتر باشد می‌توان نتیجه گرفت که تعداد سلول‌های زنده کم شده و مهار رشد بیشتری صورت گرفته است. نتایج حاصل از تست MTT پس از ۲۴ و ۴۸ ساعت از تیمار سلول‌ها بررسی شد. این آزمایش سه بار مورد تکرار قرار گرفت.

تجزیه و تحلیل آماری

داده‌ها به صورت عدد متوسط انحراف از معیار گزارش شده‌اند. تفاوت‌ها از طریق آزمون تحلیل واریانس (Analysis of variance (ANOVA) با استفاده از نرم افزار SPSS version 16 مقایسه و وجود یا عدم وجود تفاوت معنی‌دار بین آن‌ها مشخص شد.



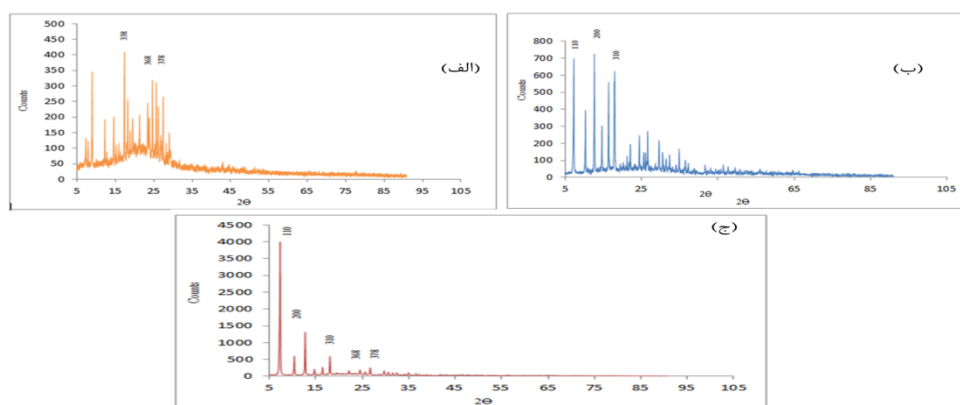
شکل ۲: توزیع اندازه ذرات به دست آمده توسط دستگاه زتا سائزر در شرایط بهینه

خصوصیات کریستالی و فاصله بین صفحات کریستالی آن به دست آمد (۱۱). این آنالیز از طریق پردازش و آنالیز پرتو X بازگشتی از سطح نمونه صورت گرفت. با توجه به الگوی XRD گزارش شده و مقایسه آن با الگوهای استاندارد و مقالات معتبر کورکومین پیک‌هایی در محدوده ۱۰ تا ۳۰ درجه دارد و در محدوده‌های ۱۳/۸۲ و ۲۵/۴۴ و ۲۶/۵۰ درجه پیک‌های شاخص مشاهده می‌شود (شکل ۳ الف). همچنین ساختار کریستالی

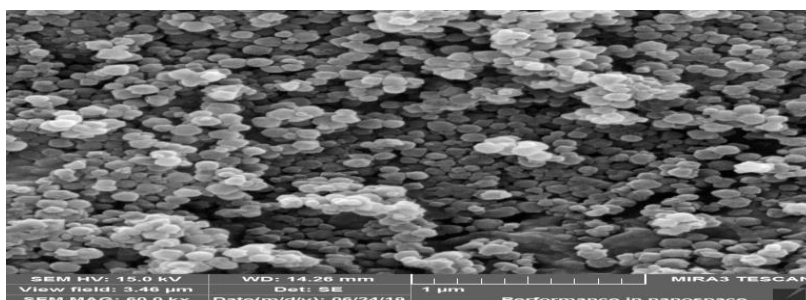
به منظور شناسایی و تعیین ساختار بلوری نانوذرات تولید شده از این آنالیز پراش اشعه ایکس استفاده شد. نمونه‌ها به صورت پودری و کاملاً خشک بدون هیچ رطوبتی مورد استفاده قرار گرفت. با تغییر دایم زاویه برخورد پرتو ایکس به نمونه، طیفی با شدت متغیر در برابر زاویه بین پرتو برخوردی به نمونه و پرتو پراشیده ثبت شد. با استفاده از طیف‌سنجی پراش پرتو ایکس، تشخیص نوع مواد و همچنین فاز و

همچنین اثبات شد که با قرار گرفتن کورکومین در نانوذره تغییری در ساختار آن مشاهده نشده و پیک‌های موجود در نواحی $7/4$ و $16/5$ و 22 این نتیجه را بیان می‌کنند (۱۶). با توجه به نتایج حاصل از میکروسکوپ الکترونی روبشی (شکل ۴) و تعیین سایز نانوذره توسط نرم‌افزار ImageJ، اندازه میانگین ذرات حدوداً بین $110-120$ نانومتر می‌باشد و می‌توان نتیجه گرفت که پراکندگی سایز ذرات مناسب بوده و از اختلاف اندازه کمی برخوردارند. باتوجه به نتایج حاصل از میکروسکوپ الکترونی عبوری (شکل ۵) نانوذرات دوازده وجهی هستند و از گستره توزیع مناسبی برخوردارند. با استفاده از نرم‌افزار ImageJ اندازه نانوذرات در تصویر به‌دست آمد که متوسط اندازه نانوذره ZIF-8 تقریباً برابر با $60-80$ نانومتر (شکل ۸ الف) و اندازه نانوذره حاوی کورکومین CCM@NZIF-8 تقریباً برابر با $120-110$ نانومتر (شکل ۵ ب) است.

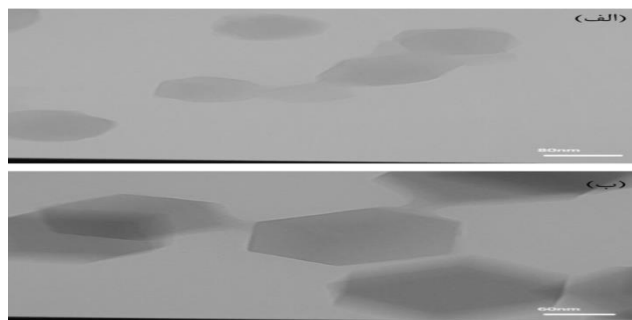
کورکومین به‌عنوان یک داروی طبیعی اثبات شد (۱۲،۱۳). توجه به نتایج به‌دست آمده از الگوی پراش اشعه ایکس نانوذرات ZIF-8 سنتز شده، خصوصیات کریستالی نانوذرات مشخص شد. با مقایسه پیک‌های حاصل شده با منابع استاندارد و مشاهده پیک‌های شاخص در ناحیه‌های هفت تا 32 درجه (شکل ۳ ب) شامل پیک‌های $7/4$ و $16/5$ و $22/1$ می‌توان اثبات کرد که نانوذره به درستی سنتز شده است. نتایج این تحقیق با نتایج سایر محققین کاملاً مطابقت دارد (۱۴، ۱۵). در گزارش الگوی پراش اشعه ایکس نانوذرات ZIF-8 بارگذاری شده با کورکومین (شکل ۳ ج)، ساختار کریستالی نانوذرات تولید شده مشاهده شد. همچنین با بررسی پیک‌های گزارش شده در نواحی $25/44$ و $26/50$ درجه نتیجه‌گیری می‌شود که کورکومین در نانوذره بارگذاری شده و ساختار سنتز شده با ساختار استانداردهای گزارش شده در منابع مطابقت دارد.



شکل ۳: الگوی پراش اشعه ایکس: الف) کورکومین ب) نانوذرات ZIF-8 ج) نانوذرات ZIF-8 حاوی کورکومین



شکل ۴: تصویر SEM از نانوذرات ZIF-8 در شرایط بهینه



شکل ۵: تصاویر TEM از (الف) نانوذره ZIF-8 (ب) نانوذرات CCM@NZIF-8 در شرایط بهینه

کورکومین در نانوذرات است که با مطالعات صورت گرفته توسط تیواری و سینق در سال ۲۰۱۷ همخوانی دارد (۱۷).

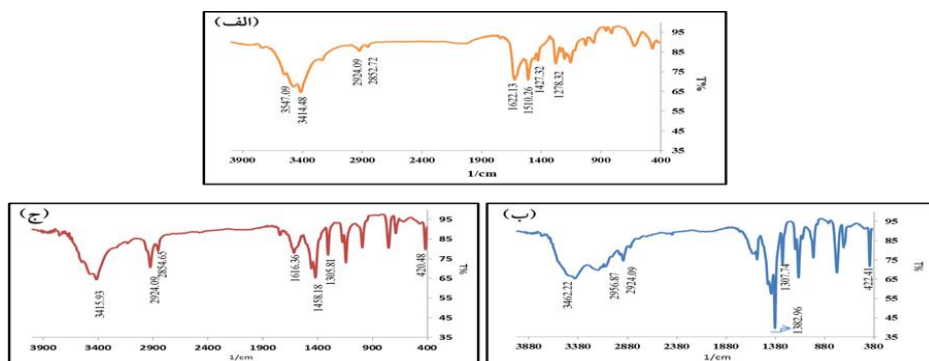
۴-۲ نتایج حاصل از آزمون درصد بارگیری نانوذرات

مقدار اولیه داروی به کار رفته پنج میلی گرم می باشد و مقدار داروی بارگذاری نشده که از طریق به دست آوردن جذب محلول رونشین و قرار دادن در رابطه حاصل از نمودار کالیبراسیون به دست آمد برابر با $1/4$ میلی گرم می باشد در نتیجه $3/6$ میلی گرم از دارو بارگیری شد که درصد بارگیری با قرار دادن در فرمول مذکور، 72% به دست آمد. درصد بارگیری در نانوذرات بیانگر میزان داروی به دام افتاده در نانوحامل ها می باشد. به منظور تعیین مقدار دارو در فرآیند درصد بارگیری و بررسی رهش، ابتدا منحنی استاندارد دارو تهیه شد:

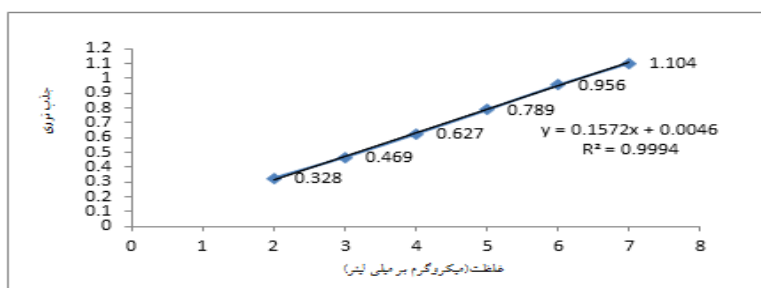
۴-۳ بررسی میزان رهش دارو از نانوذرات

۴-۳-۱ رسم نمودار کالیبراسیون در دو محیط بافری حاوی توپین -۸۰ با pH های ۵ و $7/4$ برای سنجش مقدار دارو آزادساز شده، دو نمودار کالیبراسیون با مقدار مشخص از غلظت های مختلف کورکومین در pH های ۵ و $7/4$ رسم شد و میزان جذب آن ها توسط دستگاه اسپکتروفتومتری اندازه گرفته شد: طی ۷۲ ساعت در فاصله های زمانی مشخص از محلول دیالیز شده نمونه برداری انجام گرفت. از نمونه ها طیف UV گرفته شد و با استفاده از نمودار کالیبراسیون دارو، غلظت داروی آزاد شده در هر زمان مشخص و رهش کورکومین به صورت نمودار رسم شد.

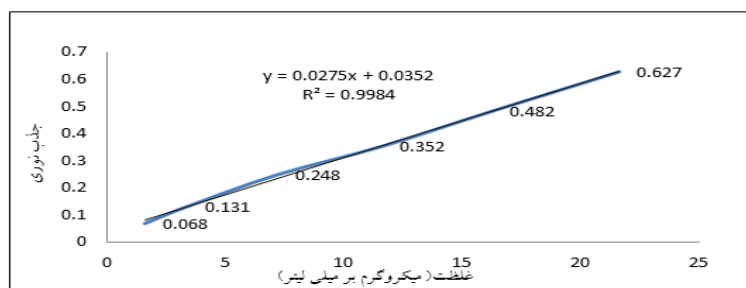
برای شناسایی کیفی نانوذرات، نوع گروه های عاملی و پیوندهای موجود در مولکول های آن، طیف مادون قرمز نمونه تهیه شد و با مراجعه به جداول مربوطه که موقعیت ارتعاش پیوندهای مختلف و یا طیف IR اجسام را نشان می دهند، عدد موجی گروه ها و پیوندها شناسایی شد. به منظور اطمینان از بارگیری دارو در نانوذرات، از داروی کورکومین و هم چنین نانوذرات همراه دارو و نانوذرات بدون دارو طیف سنجی فرسرخ به عمل آمد و داده های حاصل از این طیف سنجی با یکدیگر مقایسه گردید. مطلوب است که طیف نانوذرات حاوی داروی کورکومین علاوه بر پیک های مهم طیف نانوذرات به تنهایی، شاهد پیک های داروی کورکومین نیز باشیم. پیک موجود در عدد موجی 3415 cm^{-1} در طیف نانوذرات حاوی داروی کورکومین (شکل ۶ ج) با پیک 3414 cm^{-1} طیف کورکومین (شکل ۶ الف) مطابقت داشته و مرتبط با هیدروکسیل می باشد. در رابطه با پیک مربوط به طول موج 2924 cm^{-1} و 2854 cm^{-1} می توان گفت که قابل تطابق با پیک 2924 cm^{-1} و 2852 cm^{-1} کورکومین و مرتبط با ارتعاشات کششی C-H آلیفاتیک و آروماتیک می باشد. پیک 1616 cm^{-1} نانوذرات حاوی دارو قابل تطابق با 1622 cm^{-1} کورکومین بوده که مربوط به پیک های دوگانه آلکن هاست. پیک های مشترک مشاهده شده در طیف فرسرخ نانوذرات حاوی کورکومین و طیف های فرسرخ کورکومین و نانوذرات ZIF-8 نشان دهنده اثبات بارگذاری



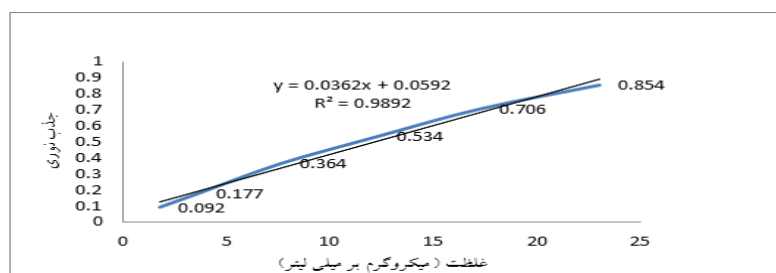
شکل ۶: طیف FTIR از (الف) کورکومین (ب) نانوذرات ZIF-8 (ج) نانوذرات ZIF-8 حاوی کورکومین



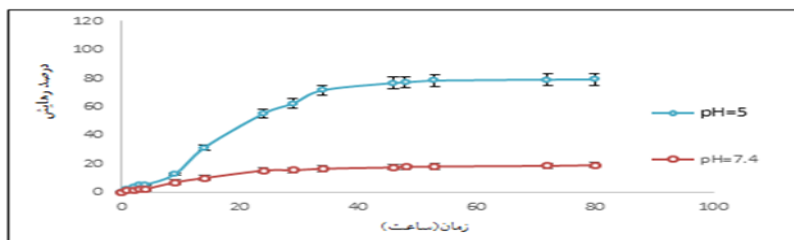
شکل ۷: نمودار کالیبراسیون داروی کورکومین



شکل ۸: نمودار کالیبراسیون کورکومین در محیط بافر فسفات سالین و تویین-۸۰ در pH=5



شکل ۹: نمودار کالیبراسیون کورکومین در محیط بافر فسفات سالین و تویین-۸۰ در pH=7.4

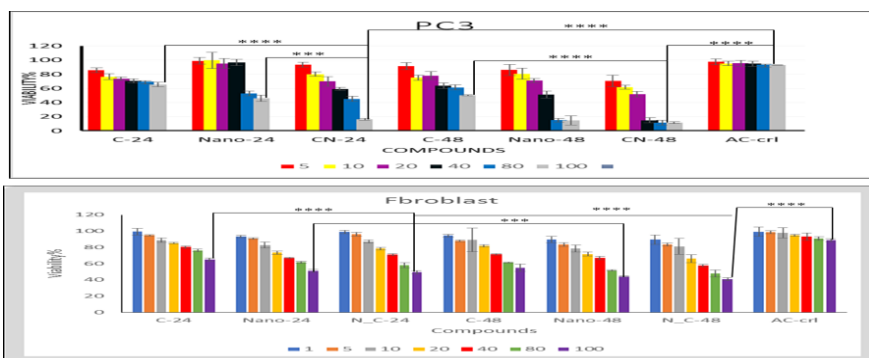


شکل ۱۰: منحنی درجه صفر رهش دارو از محلول نانوذرات بر حسب زمان

۴-۴ بررسی نتایج حاصل از آزمایشات برون تن

در بررسی‌های برون تن، فعالیت سائیتوتوکسیک نانوذرات بارگذاری شده با کورکومین، نانوذرات فاقد کورکومین و داروی کورکومین به روش MTT در رده سلول‌های سالم و سرطانی طی ۲۴ تا ۴۸ ساعت به صورت جداگانه مورد مطالعه قرار گرفتند (شکل ۱۱). با مقایسه نتایج نمودارهای درصد زنده‌مانی سلول‌های سالم و سرطانی می‌توان نتیجه گرفت که اثر کشندگی نانوذرات حاوی کورکومین بسیار بیشتر از اثر کشندگی کورکومین و نانوذره به تنهایی بود. هم‌چنین با توجه به طراحی سیستم حساس به pH بر پایه نانوذرات چارچوب فلز-آلی MOF حاوی کورکومین و با توجه به اسیدی بودن محیط اطراف سلول‌های سرطانی و رهایش بیشتر دارو در این

محیط، درصد مرگ سلول‌های سرطانی نسبت به سلول‌های سالم بیشتر بود. در واقع با توجه به عملکرد نانوذرات حاوی کورکومین در سلول‌های سرطانی و سالم تیمار شده با نانوذرات حاوی کورکومین و بالاتر بودن عملکرد این نانوذرات در سلول‌های سرطانی نشان از طراحی و سنتز صحیح سیستم دارورسانی حساس به pH می‌باشد. بنابراین برای استفاده از این سامانه می‌توان از غلظت‌هایی از نانوذره حاوی کورکومین استفاده کرد که برای سلول‌های فیروبلست امن تر باشد ولی برای سلول‌های سرطانی کشندگی بالاتری دارد. هم‌چنین می‌توان نتیجه گرفت نانوذرات حاوی کورکومین اثرات ضد سرطانی یکدیگر را افزایش می‌دهند یا به عبارتی اثر هم افزایی را اعمال می‌کنند.



شکل ۱۱: نمودارهای درصد حیات سلول‌های تیمار شده با محلول نانوذرات حاوی دارو، نانوذرات فاقد دارو و داروی کورکومین با غلظت‌های مختلف بر روی الف) رده سلول‌های سالم فیروبلست ب) رده سلول‌های PC3 ($p < 0.0001$).

بحث

امروزه استفاده از فناوری نانو به منظور درمان و تشخیص انواع بیماری‌ها از جمله سرطان‌ها بسیار مورد توجه قرار گرفته است. فناوری نانو بر روش‌های نوین و جایگزین حمل و ارائه داروها و

افزایش کارآمدی آن‌ها در درمان سرطان تمرکز دارد. دارورسانی یکی از عرصه‌های مهم تحقیق در دنیا و شامل بخش‌های مختلفی همچون تنظیم خواص فیزیکوشیمیایی عوامل موثر موجود در داروها، رسانش هدفمند داروها به عضو مورد نظر، کنترل سینتیکی رهایش دارو و طراحی فرمول مناسب دارویی

ایی و چاو در سال ۲۰۱۲ میزان رهایش FU-5 را در دو محیط اسیدی و بافری اندازه‌گیری شده که در محیط اسیدی به مدت ۱۲ ساعت بیشتر از ۸۰٪ دارو آزاد شده بود و در محیط بافر فسفات سالین تنها ۱۷٪ دارو آزاد شده بود (۲۰). در بررسی نتایج آزمایشات برون‌تن بر روی رده‌های سلولی فیروبلانست و PC3 مشاهده شد که نانوذرات سنتز شده حاوی کورکومین اثرات کشندگی به مراتب بیشتری بر روی سلول‌های سرطانی نسبت به سلول‌های سالم داشتند.

نتیجه‌گیری

به دلیل شرایط خاص بیماری سرطان و توجه به مشکلات درمان دارویی و عوارض جانبی جدی داروهای ضد سرطان بر بافت‌های تکثیر شونده بدن مانند سلول‌های ایمنی و امکان ایجاد مقاومت‌های دارویی، رسانش هدفمند داروها به بافت‌ها و سلول‌های سرطانی مهمترین چالش مبارزه با این بیماری است. در این تحقیق سعی شد که سامانه دارورسان حساس به pH بر پایه نانوذرات چارچوب فلز-آلی MOF حاوی کورکومین جهت درمان سرطان، طراحی و ساخته شود. نانوذرات حاصل به درستی سنتز و در تست‌های گوناگون ظرفیت بالایی در درمان سرطان پروستات و حداقل آسیب به سلول‌های سالم از خود نشان دادند. می‌توان گفت استفاده از این فرمولاسیون جهت دارورسانی هدفمند سرطان نه تنها عوارض داروهای ضد سرطان را کم می‌کند بلکه اثر بخشی آن‌ها را افزایش داده و هم‌چنین می‌تواند برای دارورسانی داروهای کم محلول و یا نامحلول در محیط‌های بیولوژیکی مورد استفاده قرار گیرد. امید است با پژوهش‌های بیشتر و بررسی دقیق‌تر جزئیات این ریزذرات بتوان در آینده نه چندان دور از آنان در مصارف درمانی استفاده کرد.

سپاس‌گزاری

این تحقیق، حاصل طرح مصوب در دانشگاه علوم پزشکی کرمانشاه می‌باشد. از کلیه کسانی که به نوعی در تهیه این مقاله مشارکت داشته‌اند تقدیر و تشکر به عمل می‌آید.
حامی مالی: دانشگاه علوم پزشکی کرمانشاه
تعارض در منافع: وجود ندارد.

گردیده است. امروزه یکی از بیشترین حوزه‌های تحقیقاتی فعال برای سیستم‌های دارورسانی، توانایی کپسوله کردن و آزادسازی داروها با پاسخ به یک محیط اسیدی می‌باشد. با توجه به اینکه pH در نواحی بافت تومور دارای اسیدیته بیشتری از خون و بافت‌های دیگر است بنابراین با استفاده از نانوحامل‌های حساس به pH می‌توان دارو را به‌طور هدفمند به سلول‌های سرطانی تحویل داد. نانوذرات متخلخل کاندیدهای خوبی برای سیستم‌های دارورسانی حساس به pH هستند. دارورسانی در شرایط برون‌تن نانوذرات باید زیست‌سازگار باشد که در مطالعات انجام شده توسط هونگمین و هوکسین در سال ۲۰۲۱ به آن اشاره شده است. نانوذرات چارچوب فلز-آلی به دلیل داشتن حفرات با اندازه بزرگ، سطح ویژه زیاد، جذب انتخاب‌پذیر مولکول‌های کوچک امروزه در دارورسانی مورد توجه قرار گرفته‌اند (۱۸). ژئولیتیک ایمیدازولات-۸ زیرسته‌ای از MOF می‌باشند که از یون‌های زینک و ۲-متیل ایمیدازول تشکیل شده است. در pH های پنج یا شش پیوند بین یون‌های ایمیدازولات-روی از بین می‌رود و باعث آزاد شدن دارو می‌گردد. در این پروژه خصوصیات ظرفیت بالا و زیست سازگاری نانوذرات به اثبات رسیده است و با انجام محاسبات مقدار ۷۲٪ بارگذاری دارو مشاهده شد که در مطالعات مشابه نیز این مقادیر به نتایج حاصل از پژوهش انجام گرفته بسیار نزدیک است. واسگونسلوس و همکاران در سال ۲۰۱۲ داروی ضد سرطان دوکسوروبیسین را درون نانوذره ZIF-8 بارگذاری کرده و گزارش کرده‌اند که به دلیل بزرگ بودن اندازه ذره‌های داروی دوکسوروبیسین ۴۹٪ از دارو درون نانوذره بارگذاری شده که به نسبت نانوذرات متخلخل دیگر میزان خوبی می‌باشد پس این مطالعات ظرفیت بالای نانوذرات ژئولیتیک را به درستی اثبات می‌کند (۱۹). ساختارهای ZIF-8 در محیط اسیدی با از بین رفتن پیوند بین روی و یون ایمیدازول باعث آزاد شدن دارو می‌شود. در این تحقیق میزان آزادسازی دارو در دو محیط بافر فسفات سالین همراه تویین-۸۰ در دو pH مختلف پنج و ۷/۴ صورت گرفت به طوری که در pH اسیدی حدود از ۸۰٪ رهایش دارو گزارش شد و در pH بافری رهایش دارو کمتر از ۲۰٪ در طی ۷۲ ساعت بود. مطالعات مشابهی نیز درستی این موضوع را ثابت کرده‌اند به طوری که در مطالعات صورت گرفته توسط چون

References:

- 1- Torre LA, Bray F, Siegel RL, Ferlay J, Lortet-Tieulent J, Jemal A. *Global Cancer Statistics 2012*. CA: Cancer J Clin 2015;65(2):87-108.
- 2- Ferrari M. *Cancer Nanotechnology: Opportunities and Challenges*. Nat Rev Cancer 2005; 5(3): 161-71.
- 3- Anselmo AC, Mitragotri S. *An Overview of Clinical and Commercial Impact of Drug Delivery Systems*. J Controlled Release 2014; 190: 15-28.
- 4- Nitta SK, Numata K. *Biopolymer-Based Nanoparticles for Drug/Gene Delivery and Tissue Engineering*. Int J Mol Sci 2013;14(1):1629-54.
- 5- Gelder M, Gath D And Mayou R. *Oxford Textbook of Psychiatry*. Oxford University Press; 1989.
- 6- Tomeo CA, Colditz GA, Willett WC, Giovannucci E, Platz E, Rockhill B, et al. *Harvard Report on Cancer Prevention. Prevention of Colon Cancer in the United States*. Cancer Causes & Control 1999; 10(3): 167.
- 7- Strohmeier TG, Slamon DJ. *Proto-Oncogenes and Tumor Suppressor Genes in Human Urological Malignancies*. J Urol 1994; 151(6): 1479-97.
- 8- Hansen MF, Cavenee WK. *Genetics of Cancer Predisposition*. Cancer Res 1987; 47(21): 5518-25.
- 9- Ong SG, Ming LC, Lee KS, Yuen KH. *Influence of the Encapsulation Efficiency and Size of Liposome on the Oral Bioavailability of Griseofulvin-Loaded Liposomes*. Pharmaceutics 2016; 8(3): 25.
- 10- Llobet L, Montoya J, López-Gallardo E, Ruiz-Pesini E. *Side Effects of Culture Media Antibiotics on Cell Differentiation*. Tissue Eng Part C 2015; 21(11): 1143-47.
- 11- Warren B. *X-Ray Diffraction Methods*. J Appl Phys 1941; 12(5): 375-84.
- 12- Khatun B, Hussain A, Banik N, Ramteke A. *Genipin Crosslinked Curcumin Loaded Chitosan/Montmorillonite K-10 (MMT) Nanoparticles for Controlled Drug Delivery Applications*. J Microencapsul 2018; 35(5): 439-453.
- 13- Wang W, Zhu R, Xie Q, Li A, Xiao Y, Li K, et al. *Enhanced Bioavailability and Efficiency of Curcumin for the Treatment of Asthma by its Formulation in Solid Lipid Nanoparticles*. Int J Nanomedicine 2012; 7: 3667.
- 14- Mustaqim A, Yulianto B. *Modification of ZIF-8 Using Direct Mixing Method at a Room Temperature*. In Materials Science and Engineering Conference Series 2018; 432(1): 012053.
- 15- Nordin NAHM, Ismail AF, Yahya N. *Zeolitic Imidazole Framework 8 Decorated Graphene Oxide (ZIF-8/GO) Mixed Matrix Membrane (MMM) for CO₂/CH₄ Separation*. J Teknol, 2017; 79(1-2).
- 16- Gao X, Hai X, Baigude H, Guan W, Liu Z. *Fabrication of Functional Hollow Microspheres Constructed from MOF Shells: Promising Drug Delivery Systems with High Loading Capacity and Targeted Transport*. Scientific Reports 2016; 6: 37705.
- 17- Tiwari A, Singh A, Garg N, Randhawa JK. *Curcumin Encapsulated Zeolitic Imidazolate Frameworks as Stimuli Responsive Drug Delivery System and their Interaction with Biomimetic Environment*. Scientific Reports 2017; 7(1): 1-2.

18-Su H, Sun F, Jia J, He H, Wang A, Zhu G. *A Highly Porous Medical Metal–Organic Framework Constructed from Bioactive Curcumin*. Chem Commun 2015; 51(26): 5774-7.

19-Vasconcelos IB, da Silva TG, Militão GC, Soares TA, Rodrigues NM, Rodrigues MO, et al. *Cytotoxicity and Slow Release of the Anti-Cancer*

Drug Doxorubicin from ZIF-8. RSC Advances 2012; 2(25): 9437-42.

20-Sun CY, Qin C, Wang XL, Yang GS, Shao KZ, Lan YQ, et al. *Zeolitic Imidazolate Framework-8 As Efficient Ph-Sensitive Drug Delivery Vehicle*. Dalton Trans 2012; 41(23): 6906-9.

Design and Construction of Ph-Sensitive Drug Delivery System Based on Metal-Organic Framework (MOF) Nanoparticles for Cancer Treatment by Drug Delivery System Containing Curcumin

Elahe Darvishi¹, Mahsa Minadi², Somayeh Mirsadeghi³, Behrang Shiri^{†4}

Original Article

Introduction: Much research has been carried out to improve drug delivery and targeted drug delivery to the body in order to minimize side effects, provide controlled delivery of the drug to the desired location and to achieve optimal therapeutic effects. Zeolitic imidazolate-8 (ZIF-8) is a subset of MOFs that are biocompatible, stable in the aquatic environment and have adjustable porosity. In addition, at pHs 5 or 6, the bond between imidazolate-zinc ions disappears and releases the drug. In this project, ZIF-8 was used as a curcumin carrier to improve the physicochemical properties and enhance the efficacy of lipophilic drugs in the treatment of cancer.

Methods: This research was a basic experimental study. ZIF-8 nanoparticles were fabricated by co-precipitation method. In addition, to prove their pH sensitivity, curcumin was first encapsulated in situ in ZIF-8 and characterized by XRD, SEM, TEM, DLS methods. Then its release was investigated at two pH of five and 7.4 saline phosphate buffer. Finally, In vitro study by MTT assay was performed on prostate cancer cell line (PC3). Data were compared by analysis of variance (ANOVA) using SPSS version 16 software.

Results: After characterization of the nanoparticles by the mentioned methods, it was found that the nanoparticle dimensions were between 80-60 nm and the nanoparticle dimensions with curcumin were between 120-110 nm. In addition, in the synthesis of ZIF-8 nanoparticles, %72 of the drug was loaded, which is an acceptable amount.

Conclusion: These nanoparticles showed high capacity in the treatment of prostate cancer and minimal damage to healthy cells. It can be said that using this formulation for targeted drug delivery of cancer not only reduces the side effects of anti-cancer drugs but also increases their effectiveness and can also be used to deliver low-soluble or insoluble drugs in biological environments.

Keywords: Targeted drug delivery, Cancer, Metal organic frameworks, Zeolitic imidazolate-8, Curcumin

Citation: Darvishi E, Minadi M, Mirsadeghi S, Shiri B. **Design And Construction of Ph-Sensitive Drug Delivery System Based on Metal-Organic Framework (MOF) Nanoparticles for Cancer Treatment by Drug Delivery System Containing Curcumin.** J Shahid Sadoughi Uni Med Sci 2020; 28(9): 3017-29.

¹Nano Drug Delivery Research Center, Faculty of Pharmacy, Kermanshah University of Medical Sciences, Kermanshah, Iran.

^{2,4}Pharmaceutical Sciences Research Center, School of Pharmacy, Kermanshah University of Medical Sciences, Kermanshah, Iran.

³Endocrinology and Metabolism Research Center, Endocrinology and Metabolism Clinical Sciences Institute, Tehran University of Medical Sciences, Iran.

*Corresponding author: Tel: 09163139865, email: shiribehrang@yahoo.com