



امنیت خانه دارا بر اساس ایران

مقاله پژوهشی

مجله سنجش و اینمنی پرتتو، جلد ۷، شماره ۴، پاییز ۱۳۹۸، صفحه ۲۷-۳۴

تاریخ دریافت مقاله: ۱۳۹۸/۰۵/۱۵، تاریخ پذیرش مقاله: ۱۳۹۸/۰۸/۰۲



مقایسه دزیمتری چهار نوع استنت پرتوزای مری به منظور درمان سرطان مری پیشرفته با استفاده از شبیه‌سازی مونت کارلو

زهره جلالوند^{۱*}، پیمان رفیعی‌پور^۲، شهاب شبیانی^۳ و حسین پوربیگی^۳

^۱دانشکده فنی و مهندسی، دانشگاه آزاد اسلامی واحد تهران مرکزی، تهران، ایران.

^۲دانشکده مکانیک، دانشگاه شیراز، شیراز، ایران.

^۳پژوهشکده کاربرد پرتوها، پژوهشگاه علوم و فنون هسته‌ای، سازمان انرژی اتمی ایران، تهران، ایران.

*تهران، دانشگاه آزاد اسلامی واحد تهران مرکزی، دانشکده فنی و مهندسی، کد پستی: ۱۳۱۸۵-۷۶۸

پست‌الکترونیکی: Zahra.jalalvand@gmail.com

چکیده

دستیابی به روشی بهینه برای درمان سرطان مری به دلیل حساسیت این بافت، همواره مورد توجه ویژه پژوهشگران قرار دارد. امروزه استفاده از استنت‌های مری حامل دانه‌های ۱۲۵ در برآکی تراپی به منظور درمان سرطان پیشرفته مری، گسترش یافته است. بررسی توزیع دز هر نوع استنت پرتوزا قبل از استفاده بالینی ضروری است. در این مطالعه با استفاده از کد مونت کارلوی Geant4 و MCNPX2.6 توزیع دز در راستای محور طولی و راستای زاویه‌ای برای استنت آگشته به ۱۲۵ و سه مدل از استنت‌های مری حامل دانه‌های ۱۲۵ بر مبنای چیتاش‌های مختلفی از استقرار دانه‌ها، مورد بررسی و ارزیابی قرار گرفت. نتایج این مطالعه نشان می‌دهد، استنت‌های مری حامل دانه‌های ۱۲۵ با فاصله مراکز دو چشممه متواالی کمتر از ۲۰ mm پتانسیل بکارگیری بالینی برای درمان سرطان پیشرفته مری را دارا هستند.

کلیدواژگان: دزیمتری، سرطان مری پیشرفته، برآکی تراپی، استنت مری، Geant4، MCNPX

۱. مقدمه

سرطان مری شانس عمل جراحی را به علت مرحله بیماری، سوء تغذیه، بار سنگین اقتصادی و غیره از دست می‌دهند. بنابراین، انسداد مری باید به طریقی تسکین یابد تا بیمار بتواند غذا بخورد و از عواقب ناگوار انسداد کامل پیشگیری شود. مطالعات صورت گرفته نشان می‌دهد که قرار دادن استنت روش درمانی مطمئن و کم‌هزینه‌ای است که کیفیت زندگی را

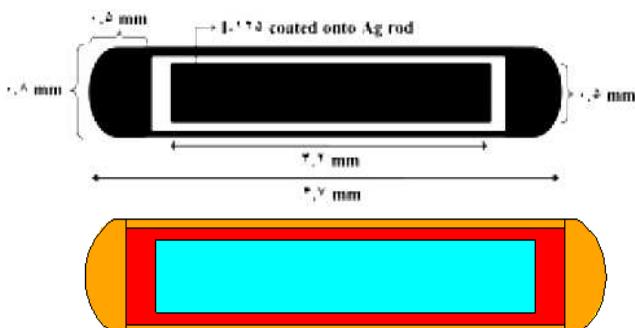
سرطان مری پنجمین عامل مرگ و میر در دنیاست و به لحاظ پیش آگهی و پیامد بیماری به عنوان یکی از مهم‌ترین سرطان‌های بدخیم محسوب می‌شود. یکی از مهم‌ترین مشکلات بیماران مبتلا به این بیماری، نارسایی بلع^۱ ناشی از تنگی مجرای مری می‌باشد و بسیاری از بیماران مبتلا به

¹ Dysphasia

میانگین چشمہ ید-۱۲۵ keV ۲۸/۳۷ keV و نیمه عمر آن برابر ۵۹/۴ روز می‌باشد. در شبیه‌سازی انجام گرفته تمامی مشخصات چشمہ و طیف انرژی ید-۱۲۵ لحاظ شد. طیف فوتونی چشمہ I-125 به کار رفته در این مطالعه بر اساس گزارش AAPM TG-43 در جدول ۱ نشان داده شده است [۸].

جدول (۱): طیف فوتونی چشمہ I-125 طبق گزارش AAPM TG-43

تعداد فوتون در هر واپاشی	انرژی فوتون (keV)
۲۷/۲۰۲	۰/۴۰۶
۲۷/۴۷۲	۰/۷۵۷
۳۰/۹۸	۰/۲۰۲
۳۱/۷۱	۰/۰۴۳۹
۳۵/۴۹۲	۰/۰۶۶۸



شکل (۱): ساختمان دانه ید-۱۲۵ مدل IR-Seed ساخته شده سازمان انرژی اتمی (بالا) و مدل شبیه‌سازی شده آن (پایین).

۲.۲. شبیه‌سازی استنت‌های مری

در این مطالعه استنت آغشته به ید-۱۲۵ به صورت یک استنت معمولی از جنس نیتیونول آلیاژی از نیکل (۵۵/۸٪) و تیتانیوم (۴۴/۲٪) با قطر ۲۴ mm و طول ۱۲۰ mm شبیه‌سازی شد و یک لایه نازک پلیمری از جنس پلی اوریتنسن^۲ (C₃H₈N₂O) با ضخامت ۸ µm طول ۴۰ mm و چگالی ۱/۰۰۵ g/cm³ [۹] بر روی محیط استنت پوشیده شد و فضای درون استنت هوا

برای بیماران مبتلا به انسدادهای بدخیم غیر قابل عمل در مری در مقایسه با سایر تکنیک‌های تسکینی بهبود می‌بخشد [۱].

روش استنت گذاری نیز یک روش مقطعی می‌باشد، زیرا با پیشرفت سرطان امکان تنگی مجدد مجرای مری وجود داشته و استنت توانایی مقابله با آن را ندارد. بنابراین نیاز به یک روش ایمن و موثر در درمان سرطان مری احساس می‌شود. اخیراً استفاده از استنت‌های مری حامل دانه‌های برآکی تراپی ید-۱۲۵ برای درمان سرطان مری پیشرفت مورد بررسی قرار گرفته است [۴-۲]. انجمن فیزیک پزشکان آمریکا^۱ (AAPM) در گزارش‌های شماره ۶۰ و ۱۴۹ توصیه کرده است که توزیع سه‌بعدی هر استنت پرتوزا، قبل از استفاده بالینی باید به دقت مشخص گردد [۵, ۶].

هدف از انجام این تحقیق کمک به برنامه طراحی درمان با ارزیابی و مقایسه توزیع ذر استنت آغشته به ید-۱۲۵ برای سه مدل از استنت‌های مری حامل دانه‌های ید-۱۲۵ مبتنی بر نحوه چینش دانه‌ها می‌باشد. برای انجام شبیه‌سازی‌های ذکر شده و MCNPX تراپرده ذرات درون فانтом، از کد مونت‌کارلوی نسخه ۲/۶ استفاده شد.

۲. مواد و روش‌ها

۲.۱. توصیف دانه‌ها

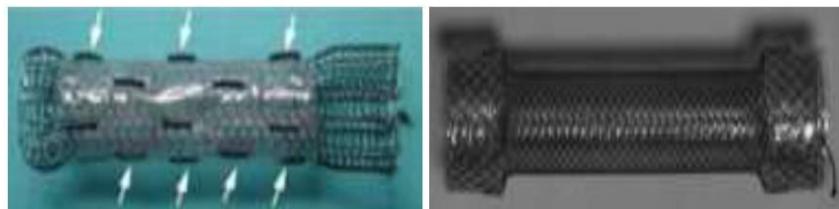
از ساختار دانه پرتوزای ید-۱۲۵ مدل IR-Seed ساخته شده در پژوهشکده کاربرد پرتوهای سازمان انرژی اتمی (شکل ۱)، برای شبیه‌سازی استفاده گردید. این چشمہ دارای قلبی از جنس نقره به طول ۳/۲ mm و قطر ۰/۵ mm است که رادیوایزوتوپ ید-۱۲۵ به طور یکنواخت روی آن انداز شده است. این هسته نقره‌ای درون غلاف تیتانیومی با ابعاد طول ۴/۷ mm و قطر بیرونی ۰/۸ mm قرار گرفته است [۷]. انرژی

² Polyurethan

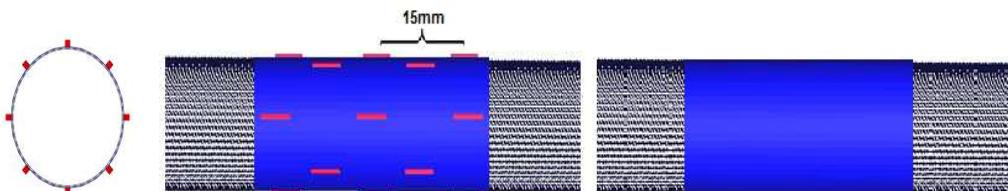
^۱ American Association of Physicists in Medicine

دسته قبل، به اندازه ۴۵ درجه جابه‌جایی زاویه‌ای دارد تا فضای خالی را پوشاند.

در نظر گرفته شد. برای استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵، دانه‌ها به صورت دسته‌های چهارتایی با فاصله زاویه‌ای ۹۰ درجه در صفحاتی عمود بر محور استنت چیده شدند. هر دسته نسبت به



شکل (۲): استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ (سمت چپ) [۴]. استنت معمولی (سمت راست) [۱۰].



شکل (۳): شبیه‌سازی استنت مری حامل دانه‌های ید-۱۲۵ برای فاصله‌ی بین دانه‌ای ۱۵ mm (سمت چپ) و استنت آغشته به ید (سمت راست).

زاویه‌ای نیز یک استوانه توخالی با طولی برابر با لایه پلیمری و به پهنه‌ای $0/5\text{ mm}$ به 90° قسمت تقسیم شد و مقدار دز در هر قسمت به دست آمد.

۳. بحث و نتایج

توزيع دز استنت آغشته به ید-۱۲۵ و استنت‌های حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ با Δ برابر 10 ، 15 و 20 میلی‌متر به ترتیب در شکل‌های ۴ تا ۷ نشان داده شده است. مقادیر دز نسبت به دز بیشینه بهنجار شده و بر حسب درصد نمایش داده شده‌اند. مطابق شکل ۵ تا ۷ در نزدیکی سطح استنت حامل دانه‌های پرتوزا، افت و خیز دز بالاست و شدت دز در فاصله‌های نزدیک به سطح استنت در مقایسه با استنت آغشته به ید-۱۲۵، سریع‌تر افت می‌کند. مقایسه شکل ۴ و ۵ نشان می‌دهد، توزیع دز استنت حاوی دانه با فاصله بین دانه‌ای mm 10 به توزیع دز استنت آغشته به ید-۱۲۵ نزدیک‌تر است. برای معیاری از یکنواختی نسبت دز قله به دز درجه^۱ (PVD) را برای استنت‌های

فاصله مراکز هر دو چشمۀ متواالی در امتداد طول استنت (Δ) با هم برابر بوده و در شبیه‌سازی مقادیر 10 ، 15 و 20 میلی‌متر برای آن در نظر گرفته شد که برای این مقادیر Δ به ترتیب به 28 ، 20 و 16 دانه ید-۱۲۵ نیاز است. ساختار استنت حاوی دانه‌ها و استنت معمولی را در شکل ۲ و همچنین ساختار دو مدل از استنت‌های شبیه‌سازی شده را در شکل ۳ مشاهده می‌کنید. لایه پلیمری با رنگ آبی و هر یک دانه برآکتی تراپسی با رنگ قرمز مشخص شده‌اند.

برای محاسبه دز از مش تالی نوع ۱ استفاده شد و تعداد ذرات تراپرد شده اولیه 500 میلیون ذره بود. این تعداد ذرات منجر به بیشینه خطای آماری 1% در شبیه‌سازی انجامید.

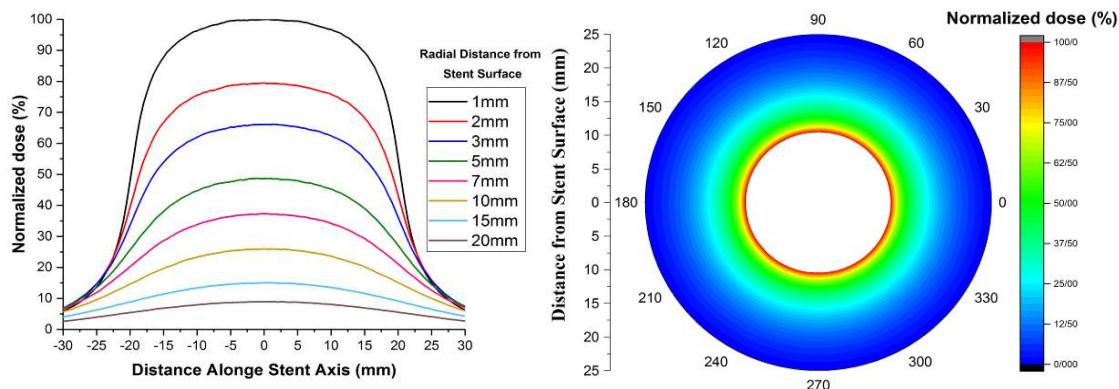
۳.۲. فانتوم

استنت در مرکز یک کره پر از آب با شعاع 15 cm قرار گرفت. فانتوم در راستای محوری استنت، به حلقه‌های استوانه‌ای با پهنه‌ای $0/5\text{ میلی‌متر}$ تقسیم شد، به طوری که تمام استنت را پوشش دهد (در تمام فاصله‌های شعاعی 1 ، 2 ، 3 ، 5 ، 7 ، 10 ، 15 ، 20 میلی‌متر). برای کسب توزیع دز زاویه‌ای نیز در راستای

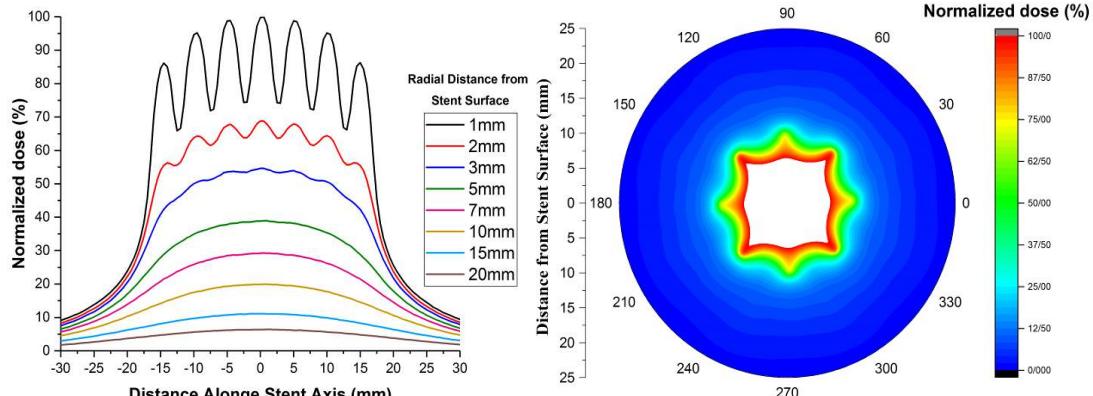
^۱ Peak to Valley Dose

این کتابخانه دقیق‌ترین مدل‌های فیزیک کم انرژی را دارا و برای مطالعات پزشکی مناسب است و شامل برهم‌کنش‌های جذب فوتولکترونیک، پراکندگی کامپتون، پراکندگی رایله، تابش ترمی، یونیزاسیون و تابش فلورسانس می‌باشد [۱۱]. نتایج توزیع دز محوری به دست آمده با Geant4 را برای چهار استنت ذکر شده در شکل ۸ مشاهده می‌کنید. مقادیر PVD محاسبه شده با Geant4 در جدول ۳ درج شده‌اند.

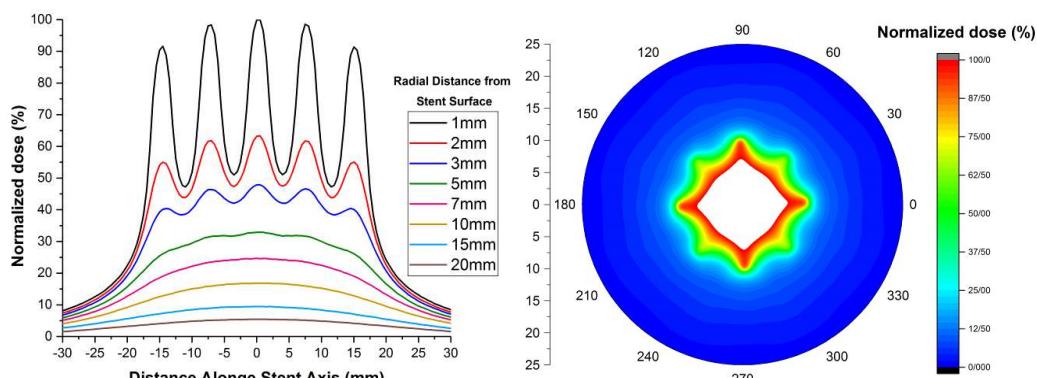
مری حامل دانه‌های ید-۱۲۵ تعریف کرده‌ایم. این ضربی میزان شدت دز در محل دانه را به فاصله‌های بین دانه‌ها نشان می‌دهد که هرچه به عدد ۱ نزدیک‌تر باشد، مطلوب‌ترست. نسبت‌های PVD برای فاصله‌های مختلف دانه‌ها از هم و برای عمق‌های مختلف در جدول ۲ نشان داده شده‌اند. برای تأیید نتایج یک بار دیگر شبیه‌سازی با کد Geant4 نسخه ۱۰/۲ انجام شد. برای این منظور از قابلیت مش استوانه‌ای ۴ و از کتابخانه emstandard_opt3 استفاده شد.



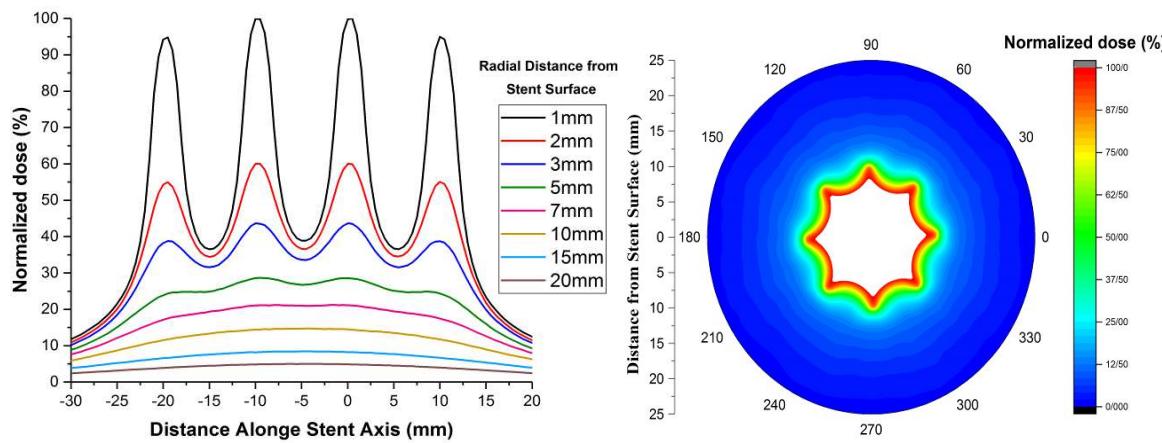
شکل (۴): توزیع دز شعاعی و زاویه‌ای حاصل از استنت آغشته به ید-۱۲۵.



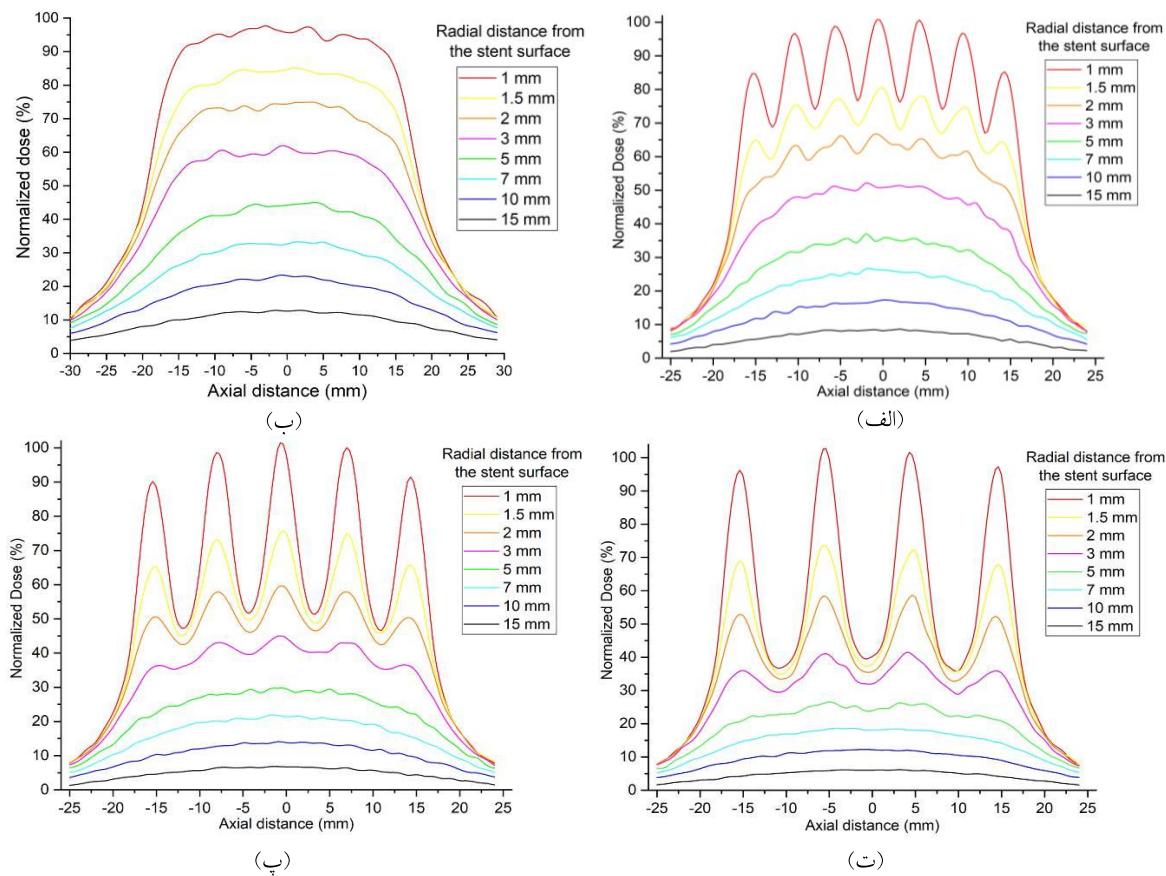
شکل (۵): توزیع دز طولی و زاویه‌ای حاصل از استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ برای $\Delta=10 \text{ mm}$.



شکل (۶): توزیع دز طولی و زاویه‌ای حاصل از استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ برای $\Delta=15 \text{ mm}$.



شکل(۷): توزیع دز طولی و زاویه‌ای حاصل از استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ برای $\Delta=۲۰\text{ mm}$



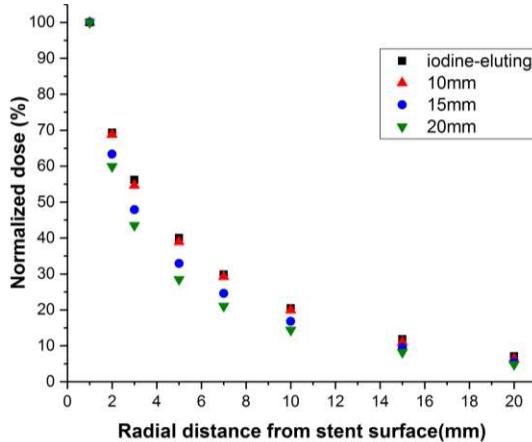
شکل(۸): (الف) توزیع دز طولی به دست آمده از Geant4 برای استنت آگوچه به ید. (ب) استنت‌های حامل دانه‌های ید-۱۲۵ با $\Delta=۱۰\text{ mm}$. (ت) (پ) توزیع دز طولی به دست آمده از Geant4 برای استنت آگوچه به یاد. (ب) $\Delta=۲۰\text{ mm}$. (ت) $\Delta=۱۵\text{ mm}$.

ایجاد افت دز در فضای خالی بین دانه‌ها، در محل‌های دره شاهد نقاط سرد^۱ خواهیم بود و احتمال بازگشت تومور بدخیم در آن جا بیشتر است. با کاهش فاصله مراکز دانه‌ها، می‌توان توزیع دز را به سمت یکنواختی میل داد.

بررسی توزیع دز طولی و زاویه‌ای استنت‌های مختلف نشان می‌دهد با افزایش فاصله مراکز دو چشمۀ متواالی، غیریکنواختی توزیع دز افزایش می‌یابد. غیریکنواختی توزیع دز از لحاظ بالینی به خصوص در نقطه مرجع مطلوب نیست، زیرا به علت

^۱ Cold Spot

شکل ۹ مقایسه‌ای از افت شدت دز استنت بر حسب فاصله شعاعی از سطح آن را برای چهار نوع استنت مختلف نشان می‌دهد.



شکل (۹): مقایسه‌ای از افت شدت دز استنت‌های مختلف بر حسب فاصله شعاعی از سطح آنها.

مطابق شکل ۹ با افزایش فاصله دانه‌ها از هم، شدت دز در فاصله‌های نزدیک به سطح استنت سریع تر افت می‌کند. افت شدت دز بر حسب فاصله شعاعی برای استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ با فاصله بین دانه‌ای ۱۰ mm به افت شدت دز استنت آغشته به ید-۱۲۵ نزدیک‌تر است. شکل ۹ برد مؤثر ۲۰ mm چشمی ید-۱۲۵ را نیز نشان می‌دهد که این مزیت را دارد که با نفوذ به عمق دیواره مری، بتواند دز تجویز شده را به تومور برساند؛ زیرا شدت دز در فاصله ۱۵ mm تقریباً به ۱۰٪ مقدار دز در سطح استنت رسیده است که این مقدار قابل توجهی است. نقطه مرجع دز در کاربردهای بالینی برابر ۵ mm از سطح استنت در نظر گرفته می‌شود. دز تجویزی برای تومور مری ۴۰-۵۰ Gy گزارش شده است [۱۳].

۴. نتیجه‌گیری

در این مطالعه توزیع دز در راستای محور طولی، راستای زاویه‌ای و همچنین افت شدت دز بر حسب فاصله شعاعی از سطح استنت، برای استنت آغشته به ید-۱۲۵ و سه مدل از استنت‌های مری حامل دانه‌های ید-۱۲۵ بر مبنای چینش‌های

البته با کاهش فاصله بین دانه‌ها و در نتیجه افزایش تعدادشان بر روی سطح استنت باید فعالیت دانه‌ها نسبت به حالت قبل کاهش یابد [۱۲] و همچنین باید در نظر گرفته شود که افزایش دانه‌ها از نظر اقتصادی مقرر نیست. بنا به شرایط بالینی می‌توان توزیع دز مطلوب را با تعداد کمتری دانه ید-۱۲۵ به دست آورد. انتخاب نوع چینش دانه‌ها به شرایط بالینی، وضعیت بیمار و مرحله سرطان وی بستگی دارد. بنابراین تعداد، نحوه چینش دانه‌های پرتوزا باید توسط سیستم برنامه‌ریزی درمان، مبتنی بر مکان و اندازه تومور تعیین گردد. مطابق با جدول ۲ مقدار PVD برای استنت حامل دانه‌های ید-۱۲۵ برای دیگر استنت‌های مری بیشتر از ۲۰ mm به خصوص در نقطه مرجع قابل قبول نمی‌باشد و توزیع دز استنت حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ با فاصله بین دانه‌ای ۱۰ mm مقادیر مطلوب‌تری دارد. از آنجا که یکنواختی توزیع دز در فاصله مرجع مهم است و با توجه به مقادیر PVD، استفاده از استنت مری حامل دانه‌ها با فاصله ۲۰ mm از لحاظ بالینی امکان پذیر است ولی بیش از آن توصیه نمی‌شود.

جدول (۲): مقادیر PVD به دست آمده از MCNPX برای استنت‌های حاوی دانه‌های ید-۱۲۵

دانه متوالی (Δ)	فاصله بین دو دانه‌های ید-۱۲۵ (mm)				
	۱	۲	۳	۴	۵
۱۰ mm	۱/۰۸	۱/۰۲	۱/۰۲	۱/۰۲	۱
۱۵ mm	۱/۹۶	۱/۳۳	۱/۱۴	۱/۱۴	۱
۲۰ mm	۲/۷۳	۱/۷۳	۱/۳۸	۱/۱۵	۱/۱۵

جدول (۳): مقادیر PVD به دست آمده از Geant4 برای استنت‌های حاوی دانه‌های ید-۱۲۵

دانه متوالی (Δ)	فاصله بین دو دانه‌های ید-۱۲۵ (mm)				
	۱	۲	۳	۴	۵
۱۰ mm	۱/۳۰	۱/۰۸	۱/۰۲	۱/۰۲	۱
۱۵ mm	۱/۹۵	۱/۳۰	۱/۱۳	۱/۱۳	۱
۲۰ mm	۲/۶۲	۱/۶۵	۱/۲۹	۱/۱۳	۱/۱۳

بنابراین استنت‌های مری حامل دانه‌های ید-۱۲۵ با فاصله بین دو دانه کمتر از ۲۰ mm، پتانسیل بکارگیری بالینی برای درمان سرطان پیشرفتنه مری به عنوان یک روش درمانی موثر را دارا هستند. یک مزیت دیگر استنت حامل دانه‌ها می‌تواند این باشد که انعطاف پذیری آن‌ها نسبت به استنت آغشته به ید-۱۲۵ بیشتر است. چراکه می‌توان برای اهداف طراحی درمان، تعداد دانه‌ها را در یک سمت بیشتر از سمت دیگر استنت قرار داد و یا حتی میزان فعالیت بعضی از دانه‌ها را بیشتر یا کمتر کرد. این کارها برای استنت آغشته به ید-۱۲۵، محدودیت بیشتری دارد. از طرفی باید در مورد فرگار بودن و تصعید ید-۱۲۵ نیز مراقب بود که به دلیل مجاورت مری به غده تیروئید، استفاده از استنت‌های مری حامل دانه‌ها نسبت به آغشته به ید-۱۲۵ برتری دارد.

مختلفی دانه‌ها با استفاده از کد مونت‌کارلوی MCNPX2.6 مورد بررسی و ارزیابی قرار گرفت. از کد Geant4 برای تأیید نتایج استفاده شد. با مقایسه توزیع دز زاویه‌ای و نمودارهای افت شدت دز بر حسب عمق در می‌یابیم که مقدار دز استنت‌های حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ نسبت به استنت آغشته به ید-۱۲۵ سریع‌تر افت می‌کند و همچنین شدت دز در نزدیکی سطح استنت‌های حاوی دانه‌های ید-۱۲۵ بیشتر از استنت‌های آغشته است که با توجه به این هدف پرتو درمانی که بیشترین دز به تومور بررسد و بافت سالم کمترین آسیب را بیند، مطلوب‌تر است. با افزایش فاصله مراکز دو چشمۀ متواالی بیشتر از ۲۰ mm، به علت ایجاد نقاط سرد و افت دز در فضای خالی بین دانه‌ها، احتمال بازگشت تومور بدخیم در آن‌جا بیشتر است.

۵. مراجع

- [1] K.J. Napier, M. Scheerer and S. Misra. Esophageal cancer: A Review of epidemiology, pathogenesis, staging workup and treatment modalities, *World Journal of Gastrointestinal Oncology*, 6(5) (2014) 112–120.
- [2] J. Guo, G. Teng, G. Zhu, S. He, W. Fang, G. Deng and G. Li. Self-expandable Esophageal Stent Loaded with ¹²⁵I Seeds: Initial Experience in Patients with Advanced Esophageal Cancer, *Radiology*, 247(2) (2008) 574–581.
- [3] J. Guo, H. Zhu, A. Mao, W. Lv, J. Ji, W. Wang, B. Lv, R. Yang, W. Wu, C.-F. Ni, J. Min, G.-Y. Zhu, L. Chen, M.-L. Zhu, Z.-Y. Dai, P.-F. Liu, J.-P. Gu, W.-X. Ren, R.-H. Shi, G.-F. Xu, S.-C. He, G. Deng and G.-J. Teng. Conventional stents versus stents loaded with ¹²⁵iodine seeds for the treatment of unresectable oesophageal cancer: a multicentre, randomised phase 3 trial, *Lancet Oncology*, 15 (2014) 612–619.
- [4] W. Zhongmin, H. Xunbo, C. Jun, H. Gang, C. Kemin, L. Yu and L. Fenju. Intraluminal Radioactive Stent Compared with Covered Stent Alone for the Treatment of Malignant Esophageal Stricture. *Cardio Vascular and Interventional Radiology*, 35 (2012) 351–58.
- [5] R. Nath, H. Amols, C. Coffey, D. Duggan, S. Jani, Z. Li, M. Schell, C. Soares, J. Whiting, P. E. Cole, I. Crocker and R. Schwartz, Intravascular brachytherapy physics: Report of the AAPM Radiation Therapy Committee Task Group No. 60, *Medical Physics*, 26(2) (1999) 119–152.
- [6] S.T. Chiu-Tsao, D.R. Schaart, C.G. Soares and R. Nath. Dose calculation formalisms and consensus dosimetry parameters for intravascular brachytherapy dosimetry: Recommendations of the AAPM Therapy Physics Committee Task Group No. 149, *Medical Physics*, 34(11) (2007) 4126–4158.
- [7] V. Lohrabian, S. Sheibani, M.R. Aghamiri, B. Ghozati, H. Pourbeigi and H.R. Baghani. Determination of Dosimetric Characteristics of IrSeed ¹²⁵I Brachytherapy Source, *Iranian Journal of Medical Physics*, 10(3) (2013) 109–117.
- [8] M.J. Rivard, B.M. Coursey, L.A. DeWerd, W.F. Hanson, M.S. Huq, G.S. Ibbott, M.G. Mitch, R. Nath and J.F. Williamson. Update of AAPM Task Group No. 43 Report: A revised AAPM protocol for brachytherapy dose calculations, *AAPM-TGU1*, 31(3) (2004) 633–674.
- [9] Z. Chen, Y. Chen and W. Li. Preparation of ¹²⁵I Radioactive Covered Metal Stent, *Journal of Isotopes*, 27(2) (2014) 109–115.
- [10] E.S. Kim, S.W. Jeon, S.Y. Park, C.M. Cho, W.Y. Tak, Y.O. Kweon, S.K. Kim and Y.H. Choi. Comparison of double-layered and covered Niti-S stents for palliation of malignant dysphagia, *Journal of Gastroenterology and Hepatology*, 24 (2009) 114–119.
- [11] S. Agostinelliae, J. Allisonas, K. Amakoe, J. Apos, H. Araujoaj, P. Arcel, M. Asaig, D. Axeni, S. Banerjeebi, G. Barrandan, F. Behnerl, L. Bellag, J. Boudreaubd, L. Brogliaar, A. Brunengoc, H. Burk, S.

- Chauviebj, J. Chumah, R. Chytraceka, G. Cooperm, G. Cosmoa, P. Degtyarenkod, A. Dell'Acqua, G. Dep, D. Dietrichaf, R. Enamiab, A. Feliciellobj, C. Fer, H. Fesefeldtl, G. Folgera, F. Foppianoac, A. Forti, S. Garelliac, S. Giana, R. Giannitrapanibo, D. Gi and et al. Geant4-a simulation toolkit, Nuclear Instruments and Methods in Physics Research A, 506 (2003) 250–303.
- [12] H.M. Yu, H.T. Zhang, B.Y. Ding, A.X. Sui, J. Wang and J. Wu. Esophageal stent covered with radioactive ¹²⁵I seeds arranged at different distance: dosimetric comparison study Interventional Radiology, 24(4) (2015) 338–341.
- [13] L. Gaspar, S. Nag, A. Herskovic, R. Mantravadi and B. Speiser. American Brachytherapy Society (ABS) consensus guidelines for brachytherapy of esophageal cancer, International Journal of Radiation Oncology*Biology*Physics, 38(1) (1997) 127–132.