

تأثیرات روش بازسازی تکرار شونده‌ی آماری تطبیقی بر کیفیت تصویر و میزان کاهش دز در آزمون سی‌تی آنژیوگرافی کرونری

پریزاد قدیمی^۱، علی چاپاریان^۲، مائده محمودی^۳، جلال باقری^۴

مقاله پژوهشی

چکیده

مقدمه: هدف از انجام این مطالعه، بررسی تأثیر استفاده از روش بازسازی تکرارشونده‌ی آماری تطبیقی (Adaptive statistical iterative reconstruction یا ASiR) بر کیفیت تصویر و میزان کاهش دز اعضا، دز مؤثر و خطر سرطان‌زایی ناشی از آزمون سی‌تی آنژیوگرافی کرونری در دستگاه سی‌تی اسکن ۶۴ اسلایس بود.

روش‌ها: این مطالعه‌ی توصیفی-تحلیلی-مقطعی بر روی دو گروه بیمار انجام شد. گروه اول شامل تعداد ۱۸۵ بیمار (۹۰ زن و ۹۵ مرد با متوسط سن ۱۴/۷۷ ± ۵۵/۶۵ سال) بود که تحت سی‌تی آنژیوگرافی کرونری با روش معمول بازسازی (FBP) Filtered back projection قرار گرفته بودند. گروه دوم، شامل تعداد ۱۷۲ بیمار (۸۰ زن و ۹۲ مرد با متوسط سن ۱۱/۲۲ ± ۵۸/۲۹ سال) بود که تحت آزمون با روش بازسازی ASiR قرار گرفتند. دز اعضا، دز مؤثر و خطر سرطان‌زایی برای هر دو گروه بیماران با یکدیگر مقایسه شد. همچنین، معیارهای کیفیت تصویر شامل نویز، نسبت کنتراست به نویز، نسبت سیگنال به نویز، میزان اعداد سی‌تی شریان کرونری چپ و بطن چپ در هر دو گروه مقایسه شد.

یافته‌ها: دز مؤثر در بیماران با روش ASiR (۵/۶۴ ± ۱۱/۹۴ میلی‌سیورت) در مقایسه با بیماران با روش FBP (۶/۸۴ ± ۲۰/۳۸ میلی‌سیورت) اختلاف معنی‌داری داشت ($P < ۰/۰۰۱$). خطر کلی سرطان‌زایی در بیماران با روش ASiR (۴/۷۱ ± ۸/۹۷ نفر) در ۱۰۰۰۰ نفر) در مقایسه با بیماران با روش FBP (۸/۴۲ ± ۱۶/۰۹ نفر) ۴۰ درصد کاهش یافته بود ($P < ۰/۰۰۱$). هیچ تفاوت معنی‌داری بین متغیرهای کیفیت تصویر در دو روش بازسازی مشاهده نشد ($P > ۰/۰۵۰$).

نتیجه‌گیری: به کارگیری روش ASiR نسبت به روش معمول FBP، می‌تواند دز اعضا، دز مؤثر و خطر سرطان‌زایی حاصل از آزمون سی‌تی آنژیوگرافی کرونری را بدون افت در کیفیت تصویر، کاهش دهد.

واژگان کلیدی: عروق کرونری، سی‌تی آنژیوگرافی، بهبود کیفیت تصویر، سرطان‌زایی

ارجاع: قدیمی پریزاد، چاپاریان علی، محمودی مائده، باقری جلال. تأثیرات روش بازسازی تکرار شونده‌ی آماری تطبیقی بر کیفیت تصویر و میزان

کاهش دز در آزمون سی‌تی آنژیوگرافی کرونری. مجله دانشکده پزشکی اصفهان ۱۳۹۸؛ ۳۷ (۵۵۳): ۱۲۹۳-۱۲۸۶

دلیل افزایش احتمال ایجاد سرطان ناشی از پرتوهای یونیزان مورد استفاده در سی‌تی اسکن وجود دارد (۳-۲).

برای کاهش دز بیماران در سی‌تی اسکن، روش‌های مختلفی توصیه شده است (۵-۴). با این حال، وقتی که از روش معمولی بازسازی (FBP) Filtered back projection استفاده می‌شود، کاهش دز منجر به افزایش نویز تصویر می‌شود (۶). برای غلبه بر این محدودیت، چندین نوع الگوریتم بازسازی تکرارشونده

مقدمه

در سال‌های اخیر، یکی از کاربردهای دستگاه‌های سی‌تی اسکن مولتی اسلایس، سی‌تی آنژیوگرافی کرونری (Coronary computed tomography angiography یا CCTA) است که یک روش تصویربرداری غیرتهاجمی و دقیق برای ارزیابی بیماری‌های عروق کرونر (Coronary artery disease یا CAD) می‌باشد (۱). با این حال، نگرانی فزاینده‌ای برای ایمنی بیماران به

۱- دانشجو، گروه فیزیک پزشکی، دانشکده پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی اصفهان، اصفهان، ایران

۲- دانشیار، گروه تکنولوژی پرتوشناسی، دانشکده پیراپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی اصفهان، اصفهان، ایران

۳- گروه تکنولوژی پرتوشناسی، دانشکده پیراپزشکی، دانشگاه علوم پزشکی اصفهان، اصفهان، ایران

۴- بیمارستان الزهرا (س)، دانشگاه علوم پزشکی اصفهان، اصفهان، ایران

نویسنده‌ی مسؤول: علی چاپاریان

Email: ali_chaparian@yahoo.com

محاسبه‌ی دز اعضا و دز مؤثر: دز اعضا و دز مؤثر برای هر بیمار با استفاده از برنامه‌ی محاسباتی (VAMP GmbH, Erlangen, Germany) ImpactDose (۱۵) به دست آمد. اساس محاسبه‌ی دز مؤثر در این برنامه، استفاده از جمع وزنی دز محاسبه شده برای کل اعضا و طبق فرمول زیر می‌باشد:

$$E = \sum W_T \cdot H_T \quad (1)$$

در این فرمول، W_T عامل وزنی هر بافت و نشان دهنده‌ی میزان حساسیت بافت به پرتو می‌باشد. در این برنامه، دز مؤثر بر حسب عوامل وزنی بافت‌ها که توسط گزارش ۱۰۳ کمیسیون بین‌المللی حفاظت رادیولوژی (International Commission on Radiological Protection) یا (ICRP) (۱۶) منتشر شده‌اند، محاسبه شد. H_T بیانگر دز جذبی اعضای مختلف بود که توسط برنامه‌ی ImpactDose محاسبه گردید. برنامه‌ی ImpactDose با استفاده از روش شبیه‌سازی مونت-کارلو، دز اعضا را محاسبه می‌کند. این برنامه، به خوبی اعتبارسنجی و در مطالعات گذشته نیز استفاده شده است (۱۷، ۳-۲). اطلاعاتی که باید به منظور محاسبه‌ی دز اعضا و دز مؤثر برای هر بیمار وارد این برنامه شود، شامل جنس بیمار، قطر قدامی-خلفی، قطر طرفی هر بیمار و نوع اسکن اسپیرال و یا آگزیکال، طول ناحیه‌ی اسکن، عامل پیچ، ضخامت برش، زمان چرخش گانتری، ولتاژ، جریان تیوب، ضریب شاخص دز حجمی در سی‌تی (Computed tomography dose index_{VOL}) یا (CTDI_{VOL}) و حاصل ضرب دز در واحد طول (Dose length product) یا (DLP) بود. دز اعضا و دز مؤثر برای هر سه مرحله‌ی آزمون به صورت جداگانه برای هر بیمار محاسبه شد.

تخمین خطر سرطان‌زایی بیماران: تخمین خطر سرطان‌زایی در آزمون CCTA با استفاده از برنامه‌ی (PCXMC) (STUK, Helsinki, Finland) (۱۸) صورت گرفت. در این برنامه، اساس محاسبه‌ی مرگ و میر ناشی از تشعشع مشابه مدل‌های رایج شده توسط کمیته‌ی (BEIR) Biological Effects of Ionizing Radiation (۱۹) می‌باشد. دز اعضایی که با استفاده از نرم‌افزار ImpactDose محاسبه شده بودند، در قالب مخصوص به عنوان فایل ورودی به برنامه‌ی PCXMC به همراه سن هر بیمار وارد شد. برنامه‌ی PCXMC برای هر بیمار خطر انواع سرطان ناشی از تابش و در نهایت خطر کلی سرطان کشنده‌ی ناشی از تابش (Risk of exposure-induced cancer death) را محاسبه نمود. جزئیات بیشتر در مورد نحوه‌ی محاسبه‌ی خطر سرطان‌زایی با این برنامه‌ی محاسباتی در مطالعات گذشته (۲۰، ۱۸) توضیح داده شده است.

ارزیابی کیفیت تصویر: در این مرحله، تصاویر هر دو گروه بیمار از Picture archiving and communication systems

(Iterative reconstruction یا IR) از جمله الگوریتم Adaptive statistical iterative reconstruction (ASiR) مربوط به شرکت جنرال الکتریک (۷)، جهت استفاده در سی‌تی اسکن رایج شده است و سازندگان آن مدعی هستند که می‌توانند با حفظ کیفیت تصویر، دز بیمار را نسبت به روش FBP کاهش دهند. با این حال، بازسازی با این الگوریتم‌ها در مراکز تصویربرداری هنوز با تردید انجام می‌شود و استفاده از آن‌ها فراگیر نشده است. در تعدادی از مطالعات گذشته (۸-۹)، پس از انجام آزمون CCTA با یک شرایط و دز تابشی ثابت بر روی یک گروه بیمار، تصاویر آن‌ها با روش‌های مختلف بازسازی شد و تأثیر روش‌های مختلف بازسازی فقط بر روی کیفیت تصویر بررسی گردید و تأثیر آن‌ها بر دز بیمار بررسی نشد. تعدادی دیگر از محققین (۱۰-۱۳)، تأثیر روش ASiR را هم بر روی دز تابشی و هم کیفیت تصویر بررسی نمودند، اما از لحاظ مدل‌های دستگاه سی‌تی اسکن، روش‌های محاسبه‌ی دز مؤثر و روش‌های ارزیابی کیفیت تصویر با یکدیگر متفاوت بودند. همچنین، در این مطالعات فقط دز مؤثر بیماران بررسی شده است. بنابراین، هدف از انجام این مطالعه، بررسی تأثیر استفاده از روش بازسازی ASiR بر کیفیت تصویر و میزان کاهش دز اعضا، دز مؤثر و خطر سرطان‌زایی ناشی از آزمون سی‌تی آنژیوگرافی کرونری در دستگاه سی‌تی اسکن ۶۴ اسلایس بود.

روش‌ها

این مطالعه‌ی توصیفی-تحلیلی-مقطعی با کد اخلاق IR.MUI.MED.REC.1398.205 از کمیته‌ی اخلاق در دانشگاه علوم پزشکی اصفهان بود که بر روی دو گروه بیمار انجام شد. گروه اول شامل تعداد ۱۸۵ بیمار بود که در بخش سی‌تی اسکن بیمارستان الزهراء (س) اصفهان تحت سی‌تی آنژیوگرافی با روش معمول بازسازی FBP قرار گرفتند. گروه دوم، شامل تعداد ۱۷۲ بیمار بود که بعد از نصب الگوریتم ASiR بر روی همان دستگاه سی‌تی اسکن، تحت سی‌تی آنژیوگرافی با روش بازسازی ASiR با نسبت ۳۰ درصد قرار گرفتند. در مطالعه‌ی مشابه پیشین (۱۴)، دز رسیده به اعضا، دز مؤثر و خطر سرطان‌زایی برای گروه اول به دست آمده بود، اما کیفیت تصاویر ارزیابی نشده بود. معیارهای ورود برای هر دو گروه شامل افراد مشکوک به بیماری عروق کرونر بر اساس دلایل بالینی بود و معیارهای خروج شامل بیماران با نارسایی کلیوی و سابقه‌ی واکنش‌های آلرژیک به مواد کنتراست یددار بود. همه‌ی بیماران بر روی یک سیستم سی‌تی اسکن ۶۴ اسلایس (Light Speed VCT, GE Healthcare) تحت آزمون CCTA با استفاده از روش گذشته‌نگر مبتنی بر نوار قلب (Retrospective ECG-triggering) قرار گرفتند.

سایر متغیرها، از آزمون Mann-Whitney استفاده شد و $P < 0/050$ به عنوان سطح معنی‌داری برای محاسبات در نظر گرفته شد.

یافته‌ها

مشخصات بیماران شامل تعداد، سن، جنس، میانگین قطر قدامی-خلفی بدن، میانگین قطر طرفی بدن و متغیرهای دزیمتری $CTDI_{VOL}$ بر حسب میلی‌گری و DLP بر حسب میلی‌گری سانتی‌متر در جدول ۱ آمده است. مشخصات سن، جنس، میانگین قطر قدامی-خلفی بدن، میانگین قطر طرفی بدن در هر دو گروه بیماران تفاوت معنی‌داری با یکدیگر نداشت، اما متغیرهای $CTDI_{VOL}$ و DLP در گروه بیمارانی که با روش ASiR سی‌تی آنژیوگرافی انجام داده بودند، نسبت به گروه بیمارانی که با روش معمولی FBP این آزمون را انجام داده بودند، به طور معنی‌داری کمتر بود ($P < 0/001$).

نتایج مربوط به دز اعضا، دز مؤثر و مقادیر REID بیماران در دو

روش بازسازی FBP و ASiR طبق گزارش شماره‌ی ۱۰۳ ICRP (۲۶)، اعضا بر اساس حساسیت به پرتوهای یونیزان به دو دسته اعضای اصلی و فرعی تقسیم می‌شوند. میانگین و انحراف استاندارد دز جذبی اعضای اصلی و فرعی ناشی از انجام CCTA بر حسب میلی‌گری در دو روش بازسازی FBP و ASiR در جدول ۲ آمده است. اعضای فرعی و اصلی که بیشترین دز دریافتی را در حین انجام آزمون CCTA داشته‌اند، شامل قلب و ریه بودند. همچنین، دز دریافتی پستان در زنان به میزان قابل توجهی بالا بود. همین‌طور که در جدول ۲ مشخص است، به طور تقریبی همه‌ی دز اعضا در روش ASiR نسبت به روش FBP به طور معنی‌داری کاهش یافته بود ($P < 0/001$).

(PACS) استخراج و مورد ارزیابی قرار گرفت. میزان کیفیت تصویر با استفاده از اندازه‌گیری نویز، نسبت کتراسست به نویز (Contrast to noise ratio یا CNR) و نسبت سیگنال به نویز (Signal to noise ratio یا SNR) و همچنین، میزان واحد هانسفیلد (Hounsfield unit) یا عدد سی‌تی (CT number) شریان کرونری چپ و بطن چپ در CCTA مورد ارزیابی قرار گرفت.

برای به دست آوردن نویز، یک Region of interest (ROI) با اندازه‌ی معین بر روی بطن چپ در تصاویر قلبی (پرشده با ماده‌ی حاجب) کشیده شد و مقدار میانگین نشان داده شده، معرف میزان واحد هانسفیلد یا عدد سی‌تی بطن چپ و مقدار انحراف استاندارد نشان داده شده برای مقادیر واحد هانسفیلد، مبین مقدار نویز بود. مقدار CNR به صورت تفاضل میانگین چگالی بین بطن چپ پر شده با ماده‌ی حاجب و میانگین چگالی دیواره‌ی بطن چپ، تقسیم بر نویز تصویر به دست آمد. برای به دست آوردن SNR، میانگین مقادیر چگالی مربوط به دو ROI کوچک در پروگزیمال شریان کرونری چپ و راست بر نویز تصویر تقسیم شد. مقادیر نویز، CNR، SNR و مقادیر واحد هانسفیلد شریان کرونری چپ و بطن چپ به عنوان معیارهای کیفیت تصویر برای همه‌ی بیماران در هر دو گروه FBP و ASiR با یکدیگر مقایسه شد.

واکاوای آماری: تجزیه و تحلیل اطلاعات جمع‌آوری شده با استفاده از نرم‌افزارهای SPSS (SPSS Inc., Chicago, IL) و Excel انجام شد. به منظور مشخص شدن نوع آزمون مورد استفاده برای بررسی تفاوت بین متغیرهای پژوهش، طبیعی بودن توزیع متغیرها با آزمون Kolmogorov-Smirnov بررسی شد. در مواردی که توزیع متغیرها طبیعی بود، برای بررسی متغیرها از آزمون t و برای بررسی

جدول ۱: مشخصات بیماران در دو روش بازسازی FBP و ASiR

مقدار P	روش بازسازی		متغیر
	ASiR (n = 172)	FBP (n = 185)	
0/613	(80 زن و 92 مرد)	(90 زن و 95 مرد)	تعداد بیماران
0/059	$60/75 \pm 10/04$ (25-80)	$56/21 \pm 13/54$ (28-81)	میانگین سنی خانم‌ها
0/744	$56/15 \pm 11/80$ (28-89)	$55/12 \pm 15/92$ (23-85)	میانگین سنی مردان
0/158	$58/29 \pm 11/22$ (25-89)	$55/65 \pm 14/77$ (23-85)	میانگین سنی کل بیماران
0/520	$25/18 \pm 3/07$	$25/12 \pm 3/07$	قطر قدامی-خلفی بدن بیماران زن
0/418	$25/20 \pm 2/78$	$24/92 \pm 2/72$	قطر قدامی-خلفی بدن بیماران مرد
0/440	$35/43 \pm 4/15$	$36/10 \pm 3/86$	قطر طرفی بدن بیماران زن
0/804	$35/55 \pm 3/93$	$35/68 \pm 3/29$	قطر طرفی بدن بیماران مرد
< 0/001	$35/45 \pm 13/90$	$61/32 \pm 26/07$	$CTDI_{VOL}$ (میلی‌گری)
< 0/001	$724/50 \pm 338/52$	$1210/44 \pm 327/07$	DLP (میلی‌گری×سانتی‌متر)

FBP: Filtered back projection; ASiR: Adaptive statistical iterative reconstruction; $CTDI_{VOL}$: Computed tomography dose index_{VOL}; DLP: Dose length product

جدول ۲. میانگین و انحراف استاندارد دز جذبی اعضای اصلی و فرعی ناشی از انجام **Coronary computed tomography angiography (CCTA)** بر حسب میلی‌گری در دو روش بازسازی **(FBP) Filtered back projection** و **(ASiR) Adaptive statistical iterative reconstruction**

مقدار P	دز جذب شده		اعضای فرعی	مقدار P	دز جذب شده		اعضای اصلی
	ASiR	FBP			ASiR	FBP	
< ۰/۰۰۱	۱۵/۸۶ ± ۶/۴۵	۴۵/۷۳ ± ۲۱/۸۸	غدد فوق کلیوی	< ۰/۰۰۱	۰/۰۴ ± ۰/۰۲	۰/۱۲ ± ۰/۰۹	مثانه
< ۰/۰۰۱	۳/۴۲ ± ۱/۲۶	۱۱/۷۷ ± ۶/۴۰	کیسه صفرا	< ۰/۰۰۱	۰/۰۶ ± ۰/۰۳	۰/۰۸ ± ۰/۰۴	مغز
< ۰/۰۰۱	۴۳/۶۳ ± ۱۹/۱۹	۸۲/۵۲ ± ۲۳/۰۲	قلب	< ۰/۰۰۱	۱۶/۹۹ ± ۱۸/۳۰	۵۲/۸۵ ± ۱۵/۳۶	پستان (زنان)
< ۰/۰۰۱	۳/۳۵ ± ۱/۲۲	۱۱/۹۸ ± ۶/۵۵	کلیه	< ۰/۰۰۱	۰/۴۰ ± ۰/۱۵	۱/۴۳ ± ۰/۹۱	روده‌ی بزرگ
< ۰/۰۰۱	۶/۳۵ ± ۲/۳۳	۱۱/۲۱ ± ۲/۳۹	سیستم لفاوی	< ۰/۰۰۱	۲۲/۸۶ ± ۹/۴۰	۴۴/۸۸ ± ۱۱/۹۱	مری
< ۰/۰۰۱	۶/۳۷ ± ۲/۳۴	۱۱/۲۰ ± ۲/۴۱	سیستم عضلانی	< ۰/۰۰۱	۰/۰۰۲ ± ۰/۰۰۱	۰/۰۰۴ ± ۰/۰۰۱	گنادها (مردان)
< ۰/۰۰۱	۰/۲۷ ± ۰/۱۲	۰/۴۰ ± ۰/۶۸	موکوس مخاطی	< ۰/۰۰۱	۰/۱۷ ± ۰/۰۵	۰/۷۲۳ ± ۰/۱۸۶	گنادها (زنان)
< ۰/۰۰۱	۹/۸۸ ± ۴/۱۱	۳۰/۷۴ ± ۱۶/۳۸	پانکراس	< ۰/۰۰۱	۱۲/۲۷ ± ۵/۰۵	۳۲/۶۱ ± ۱۴/۲۹	کبد
۰/۰۴۶	۰/۰۱ ± ۰/۰۰۴	۰/۰۱۸ ± ۰/۰۰۴	پروستات (مردان)	< ۰/۰۰۱	۳۵/۳۵ ± ۱۳/۴۰	۶۱/۵۷ ± ۱۶/۲۲	ریه
< ۰/۰۰۱	۰/۵۰ ± ۰/۱۹	۱/۷۸ ± ۱/۱۲	روده‌ی کوچک	< ۰/۰۰۱	۲/۵۲ ± ۰/۸۶	۴/۵۳ ± ۱/۰۲	مغز قرمز استخوان
< ۰/۰۰۱	۹/۰۴ ± ۳/۲۵	۲۷/۰۲ ± ۱۴/۲۹	طحال	< ۰/۰۰۱	۰/۳۱ ± ۰/۱۳	۰/۴۵ ± ۰/۲۴	غدد بزاقی
< ۰/۰۰۱	۳۸/۳۳ ± ۱۶/۸۷	۵۴/۷۲ ± ۲۸/۱۸	تیموس	< ۰/۰۰۱	۱۷/۳۰ ± ۵/۷۸	۳۰/۱۹ ± ۶/۴۴	سیستم اسکلتی
۰/۰۱۸	۰/۱۴ ± ۰/۰۵	۰/۶۲ ± ۰/۱۷	رحم (زنان)	< ۰/۰۰۱	۶/۰۹ ± ۱/۹۰	۹/۹۹ ± ۱/۹۲	پوست
				< ۰/۰۰۱	۷/۷۰ ± ۲/۷۱	۲۳/۱۷ ± ۱۱/۷۱	معهده
				< ۰/۰۰۱	۱/۵۶ ± ۰/۶۲	۲/۸۴ ± ۰/۹۵	تیروئید

FBP: Filtered back projection; ASiR: Adaptive statistical iterative reconstruction

نتایج حاصل از مقایسه‌ی متغیرهای ارزیابی کیفیت تصویر در دو روش بازسازی **ASiR** و **FBP** در جدول ۴، متغیرهای مختلف مربوط به کیفیت تصویر شامل نویز، SNR، CNR، میزان عدد هانسفیلد یا عدد سی تی شریان کرونری چپ و بطن چپ در CCTA در دو روش بازسازی **ASiR** و **FBP** آمده است. همان‌طور که در این جدول آمده است، هیچ تفاوت معنی‌داری بین متغیرهای کیفیت تصویر در دو روش بازسازی **ASiR** و **FBP** مشاهده نشد.

مقادیر دز مؤثر بر حسب میلی‌سیورت و مقادیر **REID** بر حسب مورد در ۱۰۰۰۰ نفر ناشی از انجام **CCTA** در دو روش بازسازی **ASiR** و **FBP** در جدول ۳ آمده است. همان‌طور که در این جدول نشان داده شده است، دز مؤثر و مقادیر **REID** بیماران زن بیشتر از مردان بود. همچنین، نشان داده شده است که دز مؤثر و مقادیر **REID** در روش بازسازی **ASiR** نسبت به روش **FBP** در کل بیماران حداقل ۴۰ درصد کاهش یافته بود.

جدول ۳. مقادیر میانگین و انحراف استاندارد دز مؤثر (بر حسب میلی‌سیورت) و **(REID) Risk of exposure-induced cancer death** (در ۱۰۰۰۰) ناشی از انجام **(CCTA) Coronary computed tomography angiography** در دو روش بازسازی **(FBP) Filtered back projection** و **(ASiR) Adaptive statistical iterative reconstruction**

مقدار P	میزان کاهش (درصد)	روش بازسازی		متغیر
		ASiR	FBP	
< ۰/۰۰۱	۴۱/۴۱	۱۱/۹۴ ± ۵/۶۴	۲۰/۳۸ ± ۶/۸۴	دز مؤثر (میلی‌سیورت)
< ۰/۰۰۱	۳۸/۱۸	۱۵/۱۹ ± ۶/۱۳	۲۴/۵۷ ± ۶/۹۱	بیماران زن
< ۰/۰۰۱	۴۴/۱۲	۹/۱۲ ± ۳/۱۶	۱۶/۳۲ ± ۳/۵۵	بیماران مرد
< ۰/۰۰۱	۴۴/۲۸	۸/۹۷ ± ۴/۷۱	۱۶/۰۹ ± ۸/۴۲	کل بیماران (در ۱۰۰۰۰ نفر)
< ۰/۰۰۱	۴۱/۱۶	۱۱/۵۸ ± ۵/۲۷	۱۹/۶۹ ± ۹/۲۸	بیماران زن
< ۰/۰۰۱	۴۶/۹۴	۶/۶۹ ± ۲/۵۱	۱۲/۶۱ ± ۵/۶۷	بیماران مرد

FBP: Filtered back projection; ASiR: Adaptive statistical iterative reconstruction; REID: Risk of exposure-induced cancer death

جدول ۴. مقایسه‌ی متغیرهای کیفیت تصویر در (CCTA) Coronary computed tomography angiography در دو روش بازسازی (ASiR) Adaptive statistical iterative reconstruction و (FBP) Filtered back projection

مقدار P	روش بازسازی		متغیر
	ASiR	FBP	
۰/۱۹۰	۳۳/۲۷ ± ۹/۶۱	۳۵/۰۱ ± ۱۰/۹۸	نویز
۰/۱۴۸	۱۵/۹۳ ± ۵/۳۳	۱۵/۱۶ ± ۵/۵۶	SNR
۰/۱۵۳	۹/۲۰ ± ۳/۶۲	۸/۶۵ ± ۳/۴۶	CNR
۰/۹۳۹	۵۰۵/۶۹ ± ۱۰۷/۸۸	۵۰۶/۵۵ ± ۱۰۱/۰۳	عدد سی تی شریان کرونری چپ
۰/۲۰۶	۵۱۶/۱۹ ± ۱۱۴/۶۱	۵۳۰/۷۸ ± ۱۰۱/۹۶	عدد سی تی بطن چپ

FBP: Filtered back projection; ASiR: Adaptive statistical iterative reconstruction; SNR: Signal to noise ratio; CNR: Contrast to noise ratio

بود که به دلیل این که بیماران دو بار تابش دریافت کرده بودند، این کار با اصول اخلاقی تا حدودی سازگار نیست.

در این مطالعه، علاوه بر متغیرهای دزیمتری CTDI_{VOL} و DLP که در مطالعات دیگران نیز بررسی شده بود، دز اعضا، دز مؤثر و مقادیر REID نیز در دو روش FBP و ASiR با یکدیگر مقایسه شدند. مقادیر DLP در مرحله قلبی، به عنوان مرحله اصلی آزمون CCTA در گروهی که با روش ASiR به دست آمده بود، حدود ۴۰ درصد کاهش نسبت به مقادیر متناظر در گروهی که به روش معمول FBP به دست آمده بود، داشتند. این نتایج در توافق نسبی با مطالعه‌ی Leipsic و همکاران (۱۰) و Gosling و همکاران (۱۲) بود که مقدار DLP به ترتیب حدود ۴۳ و ۴۴ درصد کاهش داشت؛ این در حالی است که در مطالعه‌ی Kazakauskaite و همکاران (۱۱) و مطالعه‌ی Yin و همکاران (۱۳)، این کاهش به ترتیب برابر با ۱۱ و ۵۲ درصد بود. در مطالعه‌ی حاضر، مقدار دز مؤثر در گروهی که با روش ASiR به دست آمده بود، در مقایسه با روش معمول FBP حدود ۴۲ درصد کاهش پیدا کرده بود که در مطالعه‌ی Leipsic و همکاران (۱۰) و نیز Gosling و همکاران (۱۲) کاهش حدود ۴۳ و ۴۰ درصدی گزارش گردید. این در حالی است که در مطالعه‌ی Kazakauskaite و همکاران (۱۱)، این کاهش برابر با ۱۰ درصد بود. اختلاف بین نتایج مطالعات مختلف به دلیل اختلاف در نوع دستگاه اسکنر، تکنیک و شرایط تابش آزمون به کار رفته در هر مطالعه بود.

متغیرهای مربوط به کیفیت تصویر شامل نویز، نسبت کنتراست به نویز، نسبت سیگنال به نویز، میزان عدد هانسفیلد یا عدد سی تی شریان کرونری چپ و بطن چپ در CCTA در دو گروه بیماران تفاوت معنی داری نداشت؛ یعنی با وجود این که در روش ASiR نسبت به روش FBP، دز بیماران حداقل ۴۰ درصد کاهش پیدا کرده بود، اما کیفیت تصویر هیچ تغییر معنی داری نیافته بود. این قضیه در مطالعه‌ی Leipsic و همکاران (۱۰) و همچنین Yin و همکاران (۱۳) نیز تأیید شده است.

بحث

سی تی آنژیوگرافی کرونری، با وجود مزایای زیادی که دارد، چنانچه با روش معمولی FBP بازسازی شود، دز تابشی به نسبت زیادی به بیمار تحمیل می‌نماید و در روش بازسازی رایج FBP، هر گونه کاهش شرایط تابشی در جهت کاهش دز تابشی، باعث افزایش نویز تصویر و کاهش کیفیت آن می‌شود. در سال‌های اخیر، روش‌های جدید بازسازی تصویر، مانند ASiR توسط تولید کنندگان به منظور کاهش دز تابشی و بدون تأثیر منفی بر کیفیت تصویر معرفی شده‌اند. جهت اعتبارسنجی روش ASiR، نتایج این مطالعه نشان داد که این روش بازسازی می‌تواند با حفظ کیفیت تصویر، دز تابشی بیمار را حدود ۴۰ درصد کاهش دهد.

در مطالعه‌ی حاضر همانند مطالعات دیگران (۱۰-۱۳)، تأثیر روش ASiR هم بر روی دز بیمار و هم بر روی کیفیت تصویر بررسی شد. با این حال در مطالعه‌ی حاضر، دو روش مختلف بازسازی تصویر در آزمون CCTA برای هر دو گروه بیماران، بر روی یک دستگاه سی تی اسکن یکسان، انجام شد؛ بدین صورت که قبل از نصب نرم‌افزار ASiR بر روی دستگاه سی تی اسکن، آزمون CCTA با روش معمولی بازسازی FBP بر روی گروه اول از بیماران انجام شد و دز اعضا، دز مؤثر و مقادیر REID ناشی از انجام آزمون به دست آمد (۱۴) و پس از نصب این نرم‌افزار بر روی همان دستگاه سی تی اسکن، آزمون CCTA با روش ASiR بر روی گروه دوم از بیماران با مشخصات جمعیت‌شناسی یکسان با گروه اول انجام شد و سپس، هر دو گروه بیماران، از لحاظ دز تابشی و کیفیت تصویر مقایسه گردیدند. این در حالی است که در مطالعات دیگران (۱۰-۱۲)، مقایسه‌ی بین روش‌های FBP و تکرار شونده، بر روی دستگاه‌های مختلف انجام شده بود که به دلیل تفاوت در مشخصات دستگاه در هر گروه، مقایسه‌ی روش‌های بازسازی را غیر دقیق می‌ساخت. در مطالعه‌ی دیگری که توسط Yin و همکاران (۱۳) انجام شد، بر روی یک گروه بیمار، هر دو روش دز معمولی و دز کاهش یافته انجام شده

بیماران و یا فانتوم مورد ارزیابی قرار گیرند.

با استفاده از نتایج این مطالعه، می‌توان نتیجه گرفت که به کارگیری روش ASiR نسبت به روش FBP، می‌تواند دز اعضا، دز مؤثر و خطر سرطان‌زایی حاصل از آزمون سی‌تی آنژیوگرافی کرونری را بدون افت در کیفیت تصویر کاهش دهد. بنابراین، توصیه می‌شود که مراکز سی‌تی اسکن، دستگاه‌های خود را در صورت امکان به نرم‌افزارهای کاهنده‌ی نویز به عنوان ابزاری مطمئن در جهت کاهش دز تابشی بیماران تجهیز نمایند.

تشکر و قدردانی

این مطالعه تحت حمایت مالی دانشگاه علوم پزشکی اصفهان با شماره طرح مصوب ۳۹۸۳۱۳ انجام شد.

این مطالعه دارای چند محدودیت بود. محدودیت اول این بود که مطالعه فقط بر روی یک مدل دستگاه سی‌تی اسکن و یک نوع نرم‌افزار تکرار شونده انجام شد. هر چند با طبیعی‌سازی کردن مقادیر DLP می‌توان نتایج را به مدل‌های دیگر سی‌تی اسکن نیز تعمیم داد؛ اما با این حال، برای مطالعات بعدی توصیه می‌گردد که مطالعه‌ی مشابهی بر روی مدل‌های دیگر سی‌تی اسکن و نرم‌افزارهای دیگر انجام شود. محدودیت دوم، این بود که در گروه بیماران با روش بازسازی تکرارشونده، فقط ASiR با نسبت ۳۰ درصد مطالعه شد و به دلیل مسایل اخلاقی ناشی از تکرار تابش به بیماران، امکان نداشت تا بقیه‌ی درصدها بین ۱۰-۱۰۰ درصد مطالعه شوند. هر چند نسبت ۳۰ درصد برای گروه بیماران با روش بازسازی تکرارشونده، بنا بر تجربه و توصیه‌ی مطالعات دیگر استفاده شده بود، اما با این حال توصیه می‌شود که در مطالعات آینده، درصدهای دیگر ASiR بر روی

References

1. Erthal F, Premaratne M, Yam Y, Chen L, Lamba J, Keenan M, et al. Appropriate use criteria for cardiac computed tomography: Does computed tomography have incremental value in all appropriate use criteria categories? *J Thorac Imaging* 2018; 33(2): 132-7.
2. Karimizarchi H, Chaparian A. Estimating risk of exposure induced cancer death in patients undergoing computed tomography pulmonary angiography. *Radioprotection* 2017; 52(2): 81-6.
3. Chaparian A, Karimi Zarchi H. Assessment of radiation-induced cancer risk to patients undergoing computed tomography angiography scans. *Int J Radiat Res* 2018; 16(1): 107-15.
4. Weigold W, Olszewski ME, Walker MJ. Low-dose prospectively gated 256-slice coronary computed tomographic angiography. *Int J Cardiovasc Imaging* 2009; 25(2): 217-30.
5. Diel J, Perlmutter S, Venkataramanan N, Mueller R, Lane MJ, Katz DS. Unenhanced helical CT using increased pitch for suspected renal colic: An effective technique for radiation dose reduction? *J Comput Assist Tomogr* 2000; 24(5): 795-801.
6. Leipsic J, Heilbron BG, Hague C. Iterative reconstruction for coronary CT angiography: Finding its way. *Int J Cardiovasc Imaging* 2012; 28(3): 613-20.
7. Silva AC, Lawder HJ, Hara A, Kujak J, Pavlicek W. Innovations in CT dose reduction strategy: Application of the adaptive statistical iterative reconstruction algorithm. *AJR Am J Roentgenol* 2010; 194(1): 191-9.
8. Precht H, Kitslaar PH, Broersen A, Dijkstra J, Gerke O, Thygesen J, et al. Influence of Adaptive Statistical Iterative Reconstruction on coronary plaque analysis in coronary computed tomography angiography. *J Cardiovasc Comput Tomogr* 2016; 10(6): 507-16.
9. Mieville FA, Gudinchet F, Rizzo E, Ou P, Brunelle F, Bochud FO, et al. Paediatric cardiac CT examinations: impact of the iterative reconstruction method ASiR on image quality--preliminary findings. *Pediatr Radiol* 2011; 41(9): 1154-64.
10. Leipsic J, Labounty TM, Heilbron B, Min JK, Mancini GB, Lin FY, et al. Estimated radiation dose reduction using adaptive statistical iterative reconstruction in coronary CT angiography: The ERASIR study. *AJR Am J Roentgenol* 2010; 195(3): 655-60.
11. Kazakauskaitė E, Husmann L, Stehli J, Fuchs T, Fiechter M, Klaeser B, et al. Image quality in low-dose coronary computed tomography angiography with a new high-definition CT scanner. *Int J Cardiovasc Imaging* 2013; 29(2): 471-7.
12. Gosling O, Loader R, Venables P, Roobottom C, Rowles N, Bellenger N, et al. A comparison of radiation doses between state-of-the-art multislice CT coronary angiography with iterative reconstruction, multislice CT coronary angiography with standard filtered back-projection and invasive diagnostic coronary angiography. *Heart* 2010; 96(12): 922-6.
13. Yin WH, Lu B, Li N, Han L, Hou ZH, Wu RZ, et al. Iterative reconstruction to preserve image quality and diagnostic accuracy at reduced radiation dose in coronary CT angiography: an intraindividual comparison. *JACC Cardiovasc Imaging* 2013; 6(12): 1239-49.
14. Mahmoodi M, Chaparian A. Organ doses, effective dose, and cancer risk from computed tomography coronary angiography examinations *American Journal of Roentgenology* 2020. [In press].
15. Chen W, Kolditz D, Beister M, Bohle R, Kalender WA. Fast on-site Monte Carlo tool for dose calculations in CT applications. *Med Phys* 2012; 39(6): 2985-96.
16. Streffer C. The ICRP 2007 recommendations. *Radiat Prot Dosimetry* 2007; 127(1-4): 2-7.
17. Deak P, van SM, Shrimpton PC, Zankl M, Kalender WA. Validation of a Monte Carlo tool for patient-

- specific dose simulations in multi-slice computed tomography. *Eur Radiol* 2008; 18(4): 759-72.
18. Tapiovaara M, Siiskonen T, Saeteilyturvakeskus (Finland) Radiation and Nuclear Safety Authority, Saeteilyturvakeskus F. PCXMC: A Monte Carlo Program for Calculating Patient Doses in Medical X-ray Examinations. Helsinki, Finland: STUK; 2008.
 19. National Research Council (U.S.). Health Risks from Exposure to Low Levels of Ionizing Radiation: BEIR VII Phase 2. Washington, DC: National Academies Press; 2005.
 20. Chaparian A, Dehghanzade F. Evaluation of radiation-induced cancer risk to patients undergoing intra-oral and panoramic dental radiographies using experimental measurements and Monte Carlo calculations. *Int J Radiat Res* 2017; 15(2): 197-205.

Influences of Adaptive Statistical Iterative Reconstruction on Image Quality and Dose Reduction in Coronary Computed Tomography Angiography

Parizad Ghadimi¹, Ali Chaparian², Maedeh Mahmoodi³, Jalal Bagheri⁴

Original Article

Abstract

Background: The aim of this study was to evaluate the impact of using adaptive statistical iterative reconstruction (ASiR) method on image quality and reduction of organ doses, effective dose, and carcinogenesis risk from coronary computed tomography angiography (CCTA) in 64-slice CT scan.

Methods: This cross-sectional study was performed on two groups of patients. The first group consisted of 185 patients (90 women and 95 men; mean age: 55.65 ± 14.77 years) who underwent CCTA with the conventional filter back projection (FBP) reconstruction. The second group consisted of 172 patients (80 women and 92 men; mean age: 58.59 ± 11.22 years) who were tested using ASiR reconstruction. Organ doses, effective dose, and carcinogenic risk were compared between the groups. Moreover, image quality criteria including noise, contrast-to-noise ratio, signal-to-noise ratio, CT numbers of the left coronary artery, and left ventricle were compared between the groups.

Findings: There were at least 40% reduction in the effective dose (11.94 ± 5.64 vs. 20.38 ± 6.84 mSv; $P < 0.001$) and risk of carcinogenesis (8.97 ± 4.71 vs. 16.09 ± 8.42 in 10,000 people; $P < 0.001$) between the FBP and ASiR methods. No significant differences were observed between image quality parameters in the two reconstruction methods ($P > 0.050$).

Conclusion: The application of ASiR method compared to conventional FBP method can reduce the dose of organs, the effective dose, and the carcinogenic risk of CCTA without compromising the image quality.

Keywords: Coronary vessels, Computed tomography angiography, Image quality enhancement, Carcinogenesis

Citation: Ghadimi P, Chaparian A, Mahmoodi M, Bagheri J. Influences of Adaptive Statistical Iterative Reconstruction on Image Quality and Dose Reduction in Coronary Computed Tomography Angiography. J Isfahan Med Sch 2020; 37(553): 1286-93.

1- Student, Department of Medical Physics, School of Medicine, Isfahan University of Medical Sciences, Isfahan, Iran

2- Associate Professor, Department of Technology of Radiology, School of Paramedicine, Isfahan University of Medical Sciences, Isfahan, Iran

3- Department of Technology of Radiology, School of Paramedicine, Isfahan University of Medical Sciences, Isfahan, Iran

4- Alzahra Hospital, Isfahan University of Medical Sciences, Isfahan, Iran

Corresponding Author: Ali Chaparian, Email: ali_chaparian@yahoo.com