

## پردازش و تحلیل کامپیوتری تصاویر سی‌تی اسکن ریه در راستای ارایه معياری جهت تشخیص بیماری انسدادی ریوی

محمدپارسا حسینی<sup>۱</sup>, دکتر حمید سلطانیان زاده<sup>۲</sup>, دکتر شهرام اخلاقپور<sup>۳</sup>

### چکیده

**مقدمه:** بیماری انسدادی ریه یکی از شایع‌ترین و خطرناک‌ترین بیماری‌های ریوی است. پیش‌بینی می‌شود طی سال‌های آتی، این بیماری به عنوان سومین بیماری کشنده‌ی دنیا شاخته شود. ارایه‌ی روش‌های جدید در راستای تشخیص بیماری کمک ارزشده‌ای به پزشکان و بیماران خواهد کرد.

**روش‌ها:** ده بیمار مبتلا به بیماری انسدادی ریه (۶ مرد و ۴ زن با میانگین سنی ۴۹/۸ سال) بر طبق معاینات کلینیکی و نتایج تست تنفسی وارد مطالعه گردیدند. در همین راستا، ده شخص سالم (۶ مرد و ۴ زن با میانگین سنی ۴۵/۴ سال) نیز به عنوان گروه شاهد مورد بررسی قرار گرفتند. تصاویر سی‌تی اسکن ریه این دو گروه، توسط کامپیوتر پردازش و تحلیل گردید.

**یافته‌ها:** میزان ارجاع پذیری و الاستیسیته‌ی نسج ریه نمونه‌ها از طریق تحلیل کامپیوتری تصاویر بررسی شد. میانگین نرمالیزه شده‌ی این ویژگی در گروه بیمار ۲۱/۶ درصد و در گروه شاهد ۴۰/۷ درصد به دست آمد. همچنین میانگین نرمالیزه شده‌ی تغییرات دوز جذبی در پنجره‌های مربعی شکل ۱۰ پیکسلی در تصاویر بازدمی به عنوان معياری جهت بررسی میزان گیرافتادگی هوا محاسبه گردید. تمایز بودن این معيارها توسط آزمون آماری t با ( $P < 0.05$ ) اثبات گردید.

**نتیجه‌گیری:** این مطالعه نشان داد که ارجاع پذیری و دوز جذبی نسج ریه که توسط پردازش و تحلیل کامپیوتری تصاویر سی‌تی اسکن به دست آمد، می‌تواند به عنوان یک معيار در راستای تشخیص و بیان شدت بیماری به کار گرفته شود. از این‌رو، می‌توان از این روش پیشنهادی در کنار سایر معيارها برای تشخیص بیماری انسدادی ریه استفاده نمود.

**واژگان کلیدی:** پردازش و تحلیل تصاویر، بیماری مزمن انسدادی ریه، گیرافتادگی هوا، تصاویر سی‌تی اسکن ریه

برونشیت با ایجاد التهاب در برونشها، عملکرد ارگان کاهش می‌یابد و در حالت شدید آن یعنی در برونکستازی اتساع برگشت ناپذیر محلی در درخت برونشی همراه با بی‌نظمی‌های گستردۀ‌ی ناشی از التهاب شدید ایجاد می‌شود (۴-۶). در آسم، مجاری هوایی در بیمار به صورت غیر طبیعی و به طور متناوب تنگ می‌شود. انسداد ایجاد شده در این بیماری به دنبال التهاب مسیر هوایی و افزایش موکوس در راه‌های

### مقدمه

بیماری مزمن انسدادی ریه (COPD) یا Chronic obstructive pulmonary disease (COPD) یکی از شایع‌ترین بیماری‌های ریوی است که در بزرگ‌سالان ایجاد می‌شود. برونشیت مزمن، آمفیزیم و آسم اقسام این بیماری هستند. در آمفیزیم، بزرگی برگشت ناپذیری در فضای هوایی در محل اتصال برونشها همراه با از بین رفتن راه‌های هوایی آن نقاط ایجاد می‌گردد (۱-۳). در

<sup>۱</sup> کارشناس ارشد، گروه مهندسی برق و کامپیوتر، واحد علوم و تحقیقات، دانشگاه آزاد اسلامی، تهران، ایران

<sup>۲</sup> پژوهشگر ارشد، آزمایشگاه تحلیل تصاویر، بخش رادیولوژی، بیمارستان هنری فورد، دیترویت، آمریکا و استاد تمام، قطب علمی کنترل و پردازش هوشمند، دانشکده‌ی مهندسی برق و کامپیوتر، دانشگاه تهران، تهران، ایران

<sup>۳</sup> دانشیار، گروه رادیولوژی، بیمارستان سینا، دانشگاه علوم پزشکی تهران، تهران، ایران

نویسنده‌ی مسئول: محمدپارسا حسینی

تصویربرداری از بیماران انسداد ریوی پرداختند (۸). حسینی و همکاران به تحلیل تصاویر سی تی اسکن ریه پرداخته‌اند (۹-۱۰). در این پژوهش‌ها تغییرات حجمی تصاویر جهت شناسایی نشانه‌های بیماری مورد توجه بوده است.

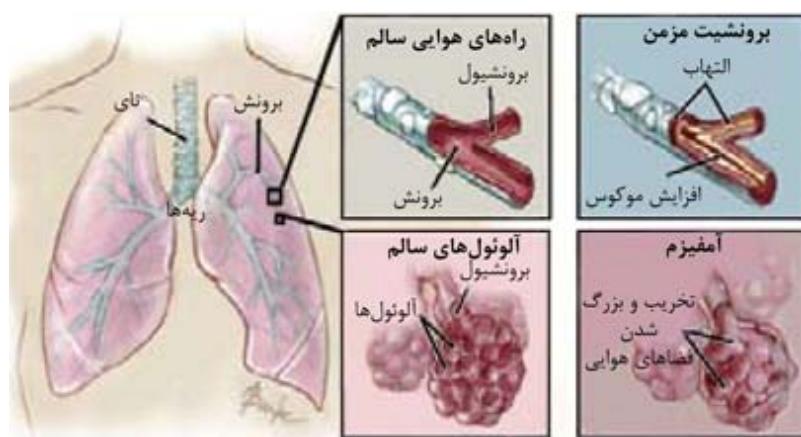
شناسایی بیماری فوق و بیان درصد شدت آن، مرحله‌ی مهمی در تشخیص و معالجه‌ی بیمار خواهد بود. در این پژوهش، روشی نوین در تشخیص این نوع بیماری‌ها با استفاده از تصاویر گرفته شده از بیمار مطرح می‌گردد که علاوه بر تشخیص و تعیین احتمال وجود بیماری در شخص، قابلیت بیان خودکار شدت بیماری را نیز خواهد داشت.

### روش‌ها

پس از تأیید طرح توسط معاونت پژوهشی واحد علوم و تحقیقات و کمیته‌ی اخلاق پزشکی مرکز تصویربرداری پزشکی نور، مطالعه‌ی کارآزمایی بالینی تصادفی طی زمستان ۱۳۸۸ و بهار ۱۳۸۹ در مرکز تصویربرداری پزشکی نور واقع در خیابان مطهری تهران، انجام پذیرفت. بدین منظور، پایگاه داده‌ای ۲۰ نفری شامل ۱۰ فرد سالم و ۱۰ بیمار تشکیل گردید.

هوایی ریه‌ها رخ می‌دهد، که سبب کاهش جریان هوای خواهد شد. شکل ۱ تغییرات راههای هوایی در برونشیت و تغییرات فضای هوایی در آمفیزم را نشان می‌دهد. بیماری فوق چهارمین علت مرگ و میر در آمریکا و از دلایل عمدی مرگ و میر در کشورهای در حال توسعه است. بر طبق پیش‌بینی‌های انجام شده، بیماری انسدادی ریه سومین علت مرگ و میر آینده خواهد بود (۷-۸). آزمایش‌هایی همچون اسپیرومتری، گرفتن نمونه‌ی گاز خون شریانی و عکس‌برداری از قفسه‌ی سینه جهت تشخیص این بیماری انجام می‌پذیرد که در نهایت پزشک باید با بررسی نتایج و استفاده از تجارب خویش، تشخیص خود را ارایه نماید. عواملی همچون خطای انسانی و عدم دسته‌بندی صحیح بر حسب شدت بیماری، نیاز به یک روش مکانیزه برای تشخیص بیماری و کلاس‌بندی بیماران را مبرم و کارساز می‌سازد.

از میان روش‌های مختلف تصویربرداری پزشکی، روش سی‌تی اسکن جهت تصویربرداری از ریه‌ها مرسوم می‌باشد (۱۱-۱۳). در سال ۲۰۰۹ میلادی Hoffman و Van Beek به بررسی روش‌های مختلف برای افزایش کتراست و اخذ جزئیات بیشتر ریه‌ها در



شکل ۱. تصویر راههای هوایی و آلوئول‌های سالم و آسیب دیده در بیماری‌های انسدادی

<sup>۷</sup> بیان گر نقاط کنترلی یا همان نقاط اولیه‌ی شروع عملیات است. همانطور که در معادله‌ی ۲ اشاره شده است، نقاط کنترلی باید با توجه به اندازه‌ی تصویر که در اینجا  $m$  در  $m$  فرض شده است، از پیکسل‌های تصویر انتخاب شوند. در معادله‌ی <sup>۳</sup> به انرژی‌های تشکیل دهنده‌ی انرژی مار اشاره شده است. در روش فوق با تکرارهای متناوب، کانتور از یک نقطه‌ی کنترلی شروع به رشد می‌نماید تا جایی که انرژی کانتور کمینه گردد (<sup>۱۴</sup>). بدین صورت لبه‌های نسج ریه استخراج خواهد گردید.

در مرحله‌ی بعد باید تصاویر متناظر در هر بیمار به دست بیاید که این امر با توجه به شکل ریه و ساختارهای آناتومیکی آن انجام می‌شود. هر ریه تا حدودی مخروطی شکل می‌باشد و قاعده‌ی هر ریه مقعراست و روی دیافراگم قرار دارد. کناره‌ی قدامی ریه نازک است و قلب را می‌پوشاند و کناره‌ی قدامی ریه‌ی چپ در ناحیه‌ی قلب دارای یک بریدگی به نام بریدگی قلبی می‌باشد. کناره‌ی خلفی ریه ضخیم است و در کنار ستون فقرات قرار دارد که دارای یک سطح دندانه‌ای محدب متناسب با جدار توراکس می‌باشد. با معلومات فوق تناظر تصاویر به دست آمد.

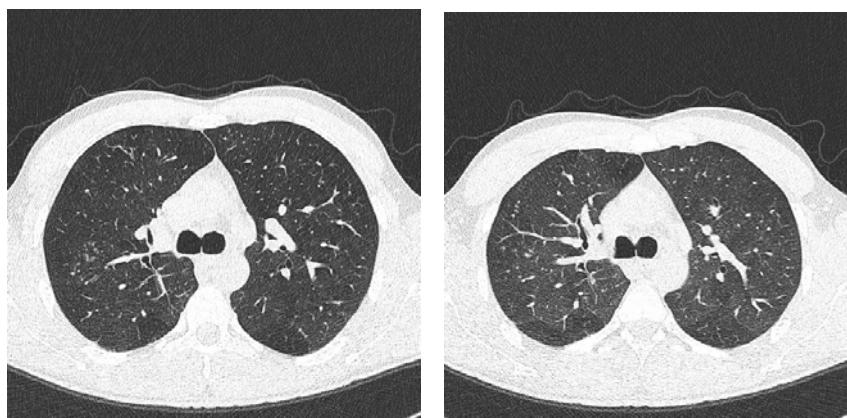
تصاویر مورد استفاده توسط دستگاه سی‌تی اسکن زیمنس ۶۴ برشه با قدرت تفکیک فضایی بالا (HRCT) یا CT (High resolution CT) و ضخامت ۱ میلی‌متری، تهیه گردید. در شکل ۲ نمونه‌ای از تصاویر دمی و بازدمی مورد مطالعه نمایش داده شده است.

با توجه به ساختار پیچیده و متغیر ریه در طول و عرض روش‌های متعدد بخش‌بندی مورد ارزیابی قرار گرفت و در نهایت روش بخش‌بندی کانتورهای فعال (Active countors) که جزء روش‌های ساختاری بخش‌بندی تصاویر محسوب می‌شوند، انتخاب گردید. در این روش، انرژی کانتور از سه انرژی درونی، خارجی و محدودیت تشکیل شده است که به مجموع انرژی‌های فوق، انرژی مار (Snake) می‌گویند. با توجه به شکل، شدت روشنایی و دقت مطلوب، انرژی فوق تعیف می‌شود. هنگامی که به لبه‌های شکل برسیم، انرژی فوق کمینه می‌گردد؛ این لبه‌ها، نقطه‌ی توقف عملیات بخش‌بندی خواهد بود.

$$V = [v_1, \dots, v_n] \quad (1)$$

$$v_i \in I = \{(x, y) | x, y = 1, 2, \dots, m\} \quad (2)$$

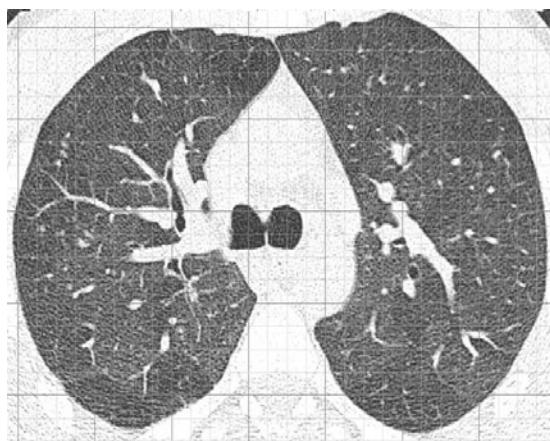
$$\begin{aligned} E_{\text{snake}} &= \int_0^1 E_{\text{snake}}(v(s)) ds \\ &= \int_0^1 E_{\text{Internal}}(v(s)) ds + \int_0^1 E_{\text{External}}(v(s)) ds + \int_0^1 E_{\text{Constraint}}(v(s)) ds \end{aligned} \quad (3)$$



شکل ۲. نمونه‌ای از تصاویر اولیه‌ی مورد استفاده. راست: بازدم، چپ: دم (مرد، ۲۷ ساله، گروه شاهد)

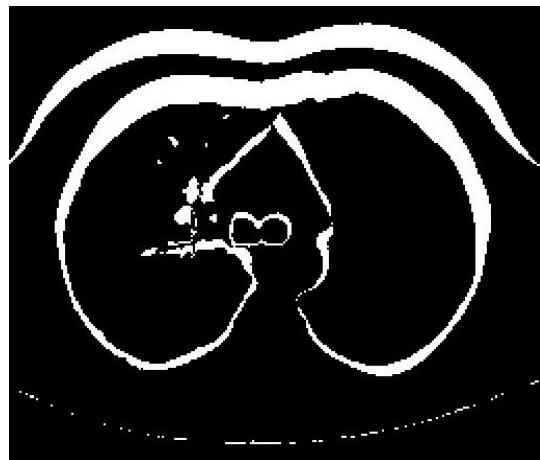
میانگین دوز جذبی در این پنجره‌ها، تغییرات مقدار Hounsfield به دست آمد و با بیشترین مقدار، نرمالیزه گردید. در شکل ۴ نمونه‌ای از این پنجره‌ها نمایش داده شده است.

در نهایت به منظور کلاس‌بندی تصاویر، توزیع آماری این ویژگی‌ها به دست آمد و آستانه‌ی سخت تفکیک کننده‌ی دو کلاس برای هر ویژگی بیان گردید. به عبارت دیگر، طبقه‌بندی کننده با استفاده از این دادگان آموزش یافت و سپس دادگان جدید با مقایسه با آستانه‌ی به دست آمده، به دو گروه سالم و بیمار طبقه‌بندی شدند.



شکل ۴. نمونه‌ای از پنجره‌های مورد استفاده در محاسبه‌ی دوز جذبی معادل (جهت وضوح شکل، پنجره‌ها بزرگ‌تر از اندازه‌ی واقعی نمایش داده شده‌اند).

در مرحله‌ی بعد تصاویر پیش پردازش شده جهت استخراج ویژگی، مورد ارزیابی قرار گرفتند. بدین منظور تصاویر دو گروه بیمار و شاهد بررسی شد تا ویژگی‌هایی متناسب با بیماری فوق استخراج گردد. با توجه به تحلیل‌های انجام شده و میزان اثربخشی نتایج، ویژگی تغییرات سطح و حجم و میزان تغییرات دوز جذبی، به عنوان ویژگی تشخیص بیماری و سلامت در شخص معرفی شدند. این ویژگی‌ها به طور مستقیم نشان دهنده‌ی تغییرات الاستیسیته و کشسانی نسج ریه و میزان گیرافتدگی هوا (Air-trapping) می‌باشند. برای حذف تأثیر جهتی افراد در نتایج هر یک از ویژگی‌ها با مقدار دمی خود نرمالیزه گردیدند. بدین صورت، پارامتری بین  $0^{\circ}$  و  $1^{\circ}$  به دست خواهد آمد که هر چه مقدار فوق نزدیک‌تر به صفر باشد، بیان‌گر میزان انسداد بیشتری در آن موضع خواهد بود. شکل ۳ نتایج میزان تغییرات را در دو حالت نشان می‌دهد.



شکل ۳. مقایسه‌ی سطحی تصاویر دمی و بازدمی

نتایج حاصل از استخراج ویژگی‌ها بر روی تصاویر گروه شاهد و بیمار بررسی گردیدند. جدول ۱ مقدار ویژگی‌های پیش‌گفت بر روی تصاویر نمونه‌های این تحقیق را نشان می‌دهد. به منظور بررسی شرایط یکسان برای تغییرات سطحی، تصاویر مقاطع کارینا استفاده گردیدند.

جهت شناسایی میزان گیرافتدگی هوا، نسج ریه در بازدم به پنجره‌های مربعی شکل که در هر جهت  $10^{\circ}$  پیکسل کشیدگی دارند، تقسیم گردید. با بررسی مقادیر

احتمال کمتر وجود بیماری در شخص است.

در انتهای آزمون آماری t-student بر روی دادگان اعمال گردید. برای ویژگی اول درجه‌ی آزادی توزیع آماری دادگان ۱۴/۰۶ بود. با تعریف سطح ریسک ۰/۰۵ فرض خلف یکسان بودن میانگین‌های دو کلاس با خطای ۰/۰۰۶ رد می‌شود. به همین ترتیب، برای ویژگی دوم درجه‌ی آزادی توزیع ۱۳/۵۴ به دست آمد که بیان‌گر استقلال میانگین‌های دو کلاس با درصد خطای ۰/۰۱۹ خواهد بود.

### بحث

در این پژوهش با توجه به نیازی که در زمینه‌ی تشخیص بیماری‌های انسدادی برای پزشکان و بیماران وجود داشت، تصاویر سی‌تی‌اسکن ریه‌ی بیماران انسدادی و افراد سالم پردازش و تحلیل شد و روشی نوین برای شناسایی و تقسیم‌بندی خودکار بیماران پیشنهاد گردید. به منظور فوق، ابتدا روش‌های مختلف بخش‌بندی تصاویر پزشکی مورد ارزیابی قرار گرفت و در نهایت، روش کانتورهای فعلی با توجه به بخش‌بندی قابل قبول نسج ریه انتخاب گردید. سپس تصاویر دمی و بازدمی با توجه به ساختارهای آناتومیکی حجمی ریه متناظر شدند و تغییرات سطح و حجم ریه و همچنین میزان تغییرات دوز جذبی بافت ریه به صورت نرم‌آلیزه بیان گردید. در انتهای، نتایج کار با دادگان اخذ شده مورد ارزیابی قرار گرفت و سطح آستانه‌ی تفکیک سالم و بیمار به دست آمد. با بررسی تغییرات ویژگی‌ها بر روی تصاویر بیماران و افراد سالم، کارایی روش پیشنهادی در اکثر موارد به خوبی مشخص می‌باشد. از قابلیت‌های این روش عدم نیاز به حضور پزشک متخصص جهت شناسایی بیماری می‌باشد. بنابراین در مقایسه با کارهای مشابه در این

جدول ۱. دو ویژگی استخراج شده از تصاویر افراد بیمار و سالم

ویژگی دو	ویژگی اول	پزشک	تشخیص	جنس	سن	شماره‌ی نمونه
۱	۴۰	*	بیمار	بیمار	۰/۰۹۷	۰/۰۳۵
۲	۳۱	*	بیمار	بیمار	۰/۰۷۳	۰/۱۱۸
۳	۳۸	*	بیمار	بیمار	۰/۴۲۷	۰/۴۴۷
۴	۲۱	*	بیمار	بیمار	۰/۲۸۶	۰/۲۵۱
۵	۴۲	*	بیمار	بیمار	۰/۱۸۱	۰/۲۲۷
۶	۷۴	*	بیمار	بیمار	۰/۷۷۴	۰/۲۷۶
۷	۴۸	*	بیمار	بیمار	۰/۲۴۱	۰/۲۵۷
۸	۶۷	*	بیمار	بیمار	۰/۰۴۳	۰/۰۶۸
۹	۸۸	*	بیمار	بیمار	۰/۰۰۹	۰/۰۵۵
۱۰	۴۹	*	بیمار	بیمار	۰/۳۹۹	۰/۴۳۳
۱۱	۴۳	*	سالم	سالم	۰/۴۱۸	۰/۴۷۶
۱۲	۲۲	*	سالم	سالم	۰/۳۹۲	۰/۴۵۸
۱۳	۴۷	*	سالم	سالم	۰/۲۳۹	۰/۲۶۷
۱۴	۴۴	*	سالم	سالم	۰/۲۴۷	۰/۳۲۸
۱۵	۴۳	*	سالم	سالم	۰/۴۸۲	۰/۴۶۸
۱۶	۶۵	*	سالم	سالم	۰/۴۷۶	۰/۴۹۵
۱۷	۴۸	*	سالم	سالم	۰/۳۷۸	۰/۳۹۱
۱۸	۵۳	*	سالم	سالم	۰/۳۷۷	۰/۴۸۵
۱۹	۴۵	*	سالم	سالم	۰/۳۲۵	۰/۳۶۳
۲۰	۴۴	*	سالم	سالم	۰/۳۱۳	۰/۳۳۵

در مورد ویژگی اول در جامعه‌ی آماری بررسی شده، در کلاس بیمار میانگین ۰/۲۰۳ با انحراف معیار ۰/۱۵۵ و در کلاس سالم میانگین ۰/۳۶۵ با انحراف معیار ۰/۰۸۶ به دست آمد. با استفاده از تئوری Bayes و تخمین پارامتریک تابع چگالی احتمال به صورت تابع گوسی، سطح آستانه‌ی سخت تشخیص بیماری و سلامت ۰/۲۶۵ به دست آمد. برای ویژگی دوم در کلاس بیمار میانگین ۰/۲۱۶ با انحراف معیار ۰/۱۵۳ و در کلاس سالم میانگین ۰/۴۰۷ با انحراف معیار ۰/۰۸۰ به دست آمد. استفاده از قانون Bayes در این ویژگی سطح آستانه‌ی تشخیصی را ۰/۳۰۵ نشان داد. هر چقدر مقدار ویژگی به دست آمده بزرگ‌تر از آستانه باشد، بیان‌گر سلامت و

انستیتو پرتوپزشکی نوین و قطب علمی کنترل و  
پردازش هوشمند دانشگاه تهران که ما را در انجام  
این پژوهش یاری نمودند، تشکر و قدردانی  
می‌نماییم.

زمینه از کارایی بالاتری برخوردار خواهد بود.

### تشکر و قدردانی

به این وسیله از همکاری کلینیک تصویربرداری نور،

### References

1. Snider GL. Pathogenesis and terminology of emphysema. Am J Respir Crit Care Med 1994; 149(5): 1382-3.
2. Thurlbeck WM, Müller NL. Emphysema: definition, imaging, and quantification. AJR 1994; 163(5): 1017-25.
3. Barker AF, Bardana EJ, Jr. Bronchiectasis: update of an orphan disease. Am Rev Respir Dis 1988; 137(4): 969-78.
4. Stanford W, Galvin JR. The diagnosis of bronchiectasis. Clin Chest Med 1988; 9(4): 691-9.
5. Davis Al, Salzman SH. Bronchiectasis. In: Cherniack NS, editor. Chronic Obstructive Pulmonary Disease. Philadelphia, PA: Saunders; 1991. p. 316-38.
6. Death-types. [Online]. 2010. [cited 2010 may 21]; Available from: URL: <http://www.wrongdiagnosis.com/>.
7. COPD. [Online]. 2010. [cited 2010 may 21]; Available from: URL: <http://www.emedicinehealth.com/>.
8. Van Beek EJR, Hoffman EA. Imaging in COPD. Imaging Decisions MRI 2009; 13(1): 11-7.
9. Muller NL. Clinical Value of High-Resolution CT in Chronic Diffuse lung Disease. AJR 1991; 157(6): 1163-70.
10. Primack SL, Müller NL. High-resolution computed tomography in acute diffuse lung disease in the immunocompromised patient. Radiologic Clinics of North America 1994; 32(4): 731-44.
11. Lakare S, Kaufman A. 3D Segmentation Techniques for Medical Volumes. New York: State University of New York at Stony Brook; 2000.
12. Hosseini MP, Soltanian-Zadeh H, Akhlaghpour SH, Behrad A. A New Scheme for Evaluation of Air-Trapping in CT Images. Proceedings of the 6<sup>th</sup> Iranian Conference on Machine Vision and Image Processing (MVIP'2010); 2010 Oct 27-28; Isfahan, Iran.
13. Hosseini MP, Soltanian-Zadeh H, Akhlaghpour SH. A Novel Method for Identification of COPD in Inspiratory and Expiratory States of CT Images. Proceedings of the 1<sup>st</sup> Middle East Conference on Biomedical Engineering (MECBME'2011); 2011 Feb 21-24; Sharjah, UAE.
14. Amini AA, Tehrani S, Weymouth TE. Using Dynamic Programming for Minimizing the Energy Of Active Contours In The Presence Of Hard Constraints. Proceedings of the International Conference on Computer Vision; 1988 Dec 5-8; Tampa, FL. p. 95-7.

## Computerized Processing and Analysis of CT Images for Developing a New Criterion in COPD Diagnosis

Mohammad Parsa Hosseini MSc<sup>1</sup>, Hamid Soltanian Zadeh PhD<sup>2</sup>,  
Shahram Akhlaghpour MD<sup>3</sup>

### Abstract

**Background:** Chronic obstructive pulmonary disease (COPD) is one of the most prevalent and dangerous pulmonary diseases in the world. It is forecasted that COPD will be the third deadly disease in the future. Therefore, developing non-invasive methods for diagnosis of the disease would be helpful for physicians and patients.

**Methods:** Based on clinical investigations and spirometry tests, ten adult patients with COPD (6 male and 4 female) with mean age of 49.8 years were enrolled as the case group. In addition, ten age and sex-matched healthy, non-COPD individuals (6 male and 4 female) with mean age of 45.4 years were recruited as the controls. Lung CT-scan images of the subjects were processed and analyzed by a computer to find a relationship.

**Findings:** The elasticity of lung parenchyma variation was obtained with digital image processing. The normalized average of this pattern was found to be 21.6% in patients and 40.7% in controls. In addition, normalized mean value of Hounsfield unit variations in square 10 pixel × 10 pixel windows in the expiratory images were calculated as a parameter of air-trapping in COPD. Differences between the groups were shown by student t-test ( $P < 0.05$ ).

**Conclusion:** This study showed that the variation of lung parenchyma elasticity and Hounsfield units are found by processing and analysis of the full inspiration and expiration images. These factors can be used as criteria in diagnosis of COPD. Moreover, the severity of the disease can be presented by the proposed method.

**Keywords:** Air-trapping, Chronic obstructive pulmonary disease, Image processing and analysis, CT-scan lung images

<sup>1</sup> Department of Electrical and Computer Engineering, Science and Research Branch, Islamic Azad University, Tehran, Iran

<sup>2</sup> Image Analysis Laboratory, Department of Radiology, Henry Ford Health System, Detroit, Michigan, USA AND Professor, Control and Intelligent Processing Center of Excellence (CIPCE), School of Electrical and Computer Engineering, Tehran University, Tehran, Iran

<sup>3</sup> Associate Professor, Department of Radiology, Sina Hospital, Tehran University of Medical Sciences, Tehran, Iran

**Corresponding Author:** Mohammad Parsa Hosseini MSc, Email: mp.hosseini@srbiau.ac.ir