CCDスキャナで取り込んだじん肺 X線像の自動診断システム における実症例への適用可能性検証

Examination of Applicability on Including Abnormal Cases in the Computer-Aided Diagnosis of Pneumoconiosis Extracted from Chest Radiographs Scanned with a CCD Scanner

田堀 赳史 1)	阿部 孝司 ¹⁾	南昌秀 ²⁾	
Takeshi Tahori	Koji Abe	Masahide Minami	

1. まえがき

じん肺は、職場において粉塵を長年に渡って吸い込む ことで呼吸困難を呈し,肺結核などを合併する職業的疾 患である. じん肺診断では, 医師はじん肺患者の胸部 X 線写真に現れる粒状影の大きさを測定し、かつ、粒状影 の量に従って型(重症度を定めるグレード)を決定する. 型は、じん肺法に基づき、健常の0型と異常の1型(軽 症)~4型(重症)の5段階に分類されている.じん肺の 診断は、被験者の胸部 X 線写真と厚労省が提供している じん肺標準写真[1]を読影比較して行われる.しかし、じ ん肺の読影は診断医の経験に依存して、熟練された医師 間でも診断結果の不一致が起こることも少なくない. こ のような背景から、じん肺を定量的に評価する診断シス テムがいくつか報告されている[2]~[6]. しかし, 文献[2] を除いたこれらのシステムは、いずれも高額な費用がか かる. 文献[2]では、安価な CCD スキャナでデジタル化さ れた胸部 X 線像を対象とし、健常・異常判別の手法を提 案しており、有効性が確認されている.しかし、判別実 験に用いられた異常の肺画像は、じん肺標準写真のみを 用いているため,実症例の異常の肺画像を用いた場合の 有効性は確認されていない.

そこで本稿では、標準写真に加えて実症例の健常と異 常の肺画像を既存方法[2]へ適用し、健常・異常判別の精度 を確認し、システムの実症例への適用可能性を検証する.

2. 既存手法を用いた健常・異常判別実験

まず既存手法を,実際に医師によって異常と診断され た肺画像に適用し,健常・異常判別実験を行った.実験 試料は,実症例の健常肺47枚,異常肺12枚,標準写真の 健常肺3枚,異常肺6枚の計68枚をCCDスキャナにより 取り込み,画像化した.既存手法[2]で提案されている5 つの特徴量を用いて,線形判別分析(LDA)とサポート ベクターマシン(SVM)を用いて判別した.テストデー タを1枚選択し,残りの67枚を学習データとし交差確認 法[7]によって計68回繰り返して健常肺,異常肺の再現率 と適合率をそれぞれ求めた.実験結果を表1に示す.

文献[2]では、健常・異常判別において、健常肺の再現率, 適合率は100%, 98%以上であったことから, 異常の

 近畿大学大学院総合理工学研究科, Interdisciplinary Graduate School of Science and Engineering, Kinki University

 東京大学大学院医学系研究科, Graduate School of Medicine and Faculty of Medicine, The university of Tokyo

実症例を実験試料に入れると認識率が低下したことがわ かる.次に、判別に用いた 5 つの特徴量 f1~f5のそれぞれ の平均値を表2に示す.特徴量は、型が上がるにつれて算 出結果が上昇するように提案されているが、健常肺の3つ の特徴量の算出結果の平均値が異常肺の場合より大きい. このことから、実症例の異常肺を用いると文献[2]で意図 したように特徴量が有効に機能していないことがわかる. 図1左は、標準写真の3型のある肋骨領域であり、図1右 は同様に実症例の場合である.図上の垂線上のピクセル の濃度値の最大値と最小値はそれぞれ標準写真が 90, 53, 実症例は 60, 52 であった. これは,標準写真に対して画 像を強調する処理が、スキャナで取り込まれる以前に適 用されている可能性があることを示唆している. 文献[2] の手法は, 走査領域内の濃度値の差を利用しているため, コントラストが弱い画像に対して特徴量の算出結果が低 く出る傾向にあり, 粒状影のような高濃度領域を強調す る処理を別に加える必要がある.

3. 健常・異常判別の提案手法

3.1 肋骨領域上の濃度分布とノイズ

CCD スキャナで取り込んだ肺 X 線像において,肋骨陰影の濃度分布の特徴について以下に列挙する. これらの

表1 実症例を用いた健常・異常判別結果

	健常	肺	異常肺		
method	再現率	適合率	再現率	適合率	
LDA	80.00%	83.33%	55.56%	50.00%	
SVM	66.00%	80.49%	55.56%	37.03%	

表2 既存手法の5つの特徴量の平均値

	f_{I}	f_2	f_3	f_4	f_5	
健常肺	5.00	4.23	7.10	5.96	4.52	
異常肺	4.23	4.24	6.31	6.33	4.06	



標準写真 実症例 図1 3型の写真での肋骨領域

特徴を表したものを図2に示す.図上に示した各数値は, その場所での濃度値を示す.

- ① 肋骨陰影は右方へ行くほどに,濃度は減衰していく.
- 肋骨エッジは周囲と比べて濃度値が高い.
- ③ 粒状影がある場合、粒状影は肺野全体に規則性なく 分布する.

文献[2]では、肋骨領域には粒状影ではない高濃度の陰 影が現れることもあるので、それをノイズとして事前に 除去する処理を行っているが、肋骨内に別の肋骨が重な っている部分に対処できず、ノイズとして除去できない ことが課題とされている.そのため、肋骨と肋骨の重な りがノイズとならないような方法を以下で提案する.

3.2 判別を行う対象領域の決定

まず,胸部 X 線写真(35cm×35cm)から右肺の箇所を CCD スキャナでデジタル化する(解像度 300dpi,階調数 8bit).このとき,CCD スキャナに備わっている画像補正 機能はすべて OFF にする.次に,得られた胸部 X 線像に 対して,肺 X 線像の縦幅 1000pixel になるように縦横比を 変えずに変更する.その後,粒状影を強調するために濃 度ヒストグラム伸長化を適用する.但し,標準写真に対 しては粒状影が鮮明であるため適用しないことにする. この画像に対して,ユーザがタブレット PC上で5本の肋 骨影に対する 10本の肋骨エッジ(線幅4ピクセル)をタ ブレットペンで描く.胸部 X 線像の肺野には6本の肋骨 影が映るが,このうち一番下の肋骨は著しく不鮮明であ ることが多いため対象外にする.

次に、任意の肋骨の上側エッジの最も左端から縦に下 方向へ垂線を降ろす(図3左). 直下の肋骨エッジにぶつ からなかったら、ぶつかるまでエッジに沿って1ピクセル 右ヘシフトする.次に、同様に右へ1ピクセルずらし、そ の度に垂線を降ろしていき、直下のエッジにぶつからな くなる、もしくはエッジの最右端点まで繰り返す.これ らの降ろした垂線によって作られた領域を、じん肺の特 徴量を抽出する際の走査領域とする.走査領域は、それ ぞれ肋骨領域を上から順に R_1 , R_2 , R_3 , R_4 と分ける (図 3右).次に、肋骨領域 Rm (m=1, 2, 3, or 4)の任意の 縦の垂線を走査線 kとして、最も左端の走査線を k=1とす る.そして、右隣の走査線に移る度に左隣のkに1を加え たものをそれぞれ対応させる.なお、これらの領域と抽 出方法は既存方法と同じものである.

走査線 k内で, 描画した肋骨エッジのずれや背の肋骨陰 影によって, 濃度分布が極端に変わる点がある.図4に走 査線 k内での濃度分布が極端に変わる点を示す.図の数値 は白丸点より上と下の走査線部分の濃度平均値を示して おり,差が出ていることが分かる.そこで,その点を境 に二つに分けてそれぞれ分散を求める.境界点は,次の ように求める.任意の走査線 kに対して,濃度ヒストグラ ムの伸長化を行い,走査線 kの一番上のピクセルから数え て t番目のピクセルを境に,上と下の2つの画素集合に分 ける.tは判別分析法で求める.

3.3 特徵量抽出

まず,肋骨領域 Rm における最初の走査線上の異常度を 抽出する.その走査線上の総ピクセル数を heiRm[1],この 走査線の上から j 番目のピクセルの画素値を v[j], avg[1,j] は,走査線の上から数えて j 番目のピクセルが j<t ならば,



図2 粒状影の分布と濃度分布の特徴(3型)



各走査領域の最初の垂線 各走査領域の場所 図3 抽出された走査領域



図4 走査線内での任意点を境に濃度分布に差が出る例

上から1番目のピクセルからt-1番目までの全てのピクセ ルの画素値の平均値を返し, j>tならばt+1番目から heiRm[1]番目までの全てのピクセルの平均値を返す. Rm における最初の走査線上の異常度 Abn(Rm[1])を式(1)で 定義する.

$$Abn(Rm[1]) = \left[\frac{1}{heiRm[1]} \left(\sum_{j=1}^{heiRm[1]} |v[j] - avg[1, j]|^2\right)\right]^2 \quad (1)$$

次に, Rm における異常度 Abn(Rm)を抽出する. 最初の 走査線を肺の最も内側の走査線まで水平方向に 1 ピクセ ルずつずらしたときの走査数, つまり, Rm の水平方向の 長さを widRm とする. そして, k番目の走査線上の異常度 を Abn(Rm[k]) とし, この領域の異常度 Abn(Rm) を式(1) と同様に式(2) で定義する.

$$Abn(Rm) = \frac{1}{widRm} \left(\sum_{k=1}^{widRm} Abn(Rm[k]) \right) \quad (2)$$

式(2)を用いて,肋骨全体の異常度を式(3)で定義 する.

$$AbnR = \frac{1}{LR} \left(\sum_{m=1}^{4} \sum_{k=1}^{widRm} Abn(Rm[k]) \right) \quad (3)$$

$$\Xi \subseteq \mathfrak{C},$$

$$LR = \sum_{m=1}^{\cdot} widRm \qquad (4)$$

また, *Abn*(*R₁*) ~*Abn*(*R₄*)の最大値を *AbnRMAX* とする.以上の手順で,1 枚の写真から計2 個 (*AbnR*, *AbnRMAX*) の特徴量が抽出される.

4. 健常・異常判別の実験と考察

4.1 提案手法の健常・異常判別実験

実験試料として,実症例の健常肺47枚,異常肺12枚, 標準写真の健常肺3枚,異常肺6枚の計68枚をCCDスキャ ナにより取り込み,提案手法を用いて健常・異常判別実 験を行った.提案手法から求められる2つの特徴量を用い て,線形判別分析(LDA),サポートベクターマシン (SVM)を,それぞれを用いて判別する.テストデータ を1枚選択し,残りの67枚を学習データとし交差確認法 [7]によって計68回繰り返して健常肺,異常肺の再現率と 適合率をそれぞれ求めた.

標準写真は複製と経年劣化による画質の変化がある. そのため、比較的ノイズが現れやすく、その結果、特徴 量の算出結果が全体的に高くなる傾向がある.そこで、 次のような処理を行う.1.実症例0型の各画像から求めら れるabnRの平均値avg1を求め、同様に、標準写真0型の各 画像から求められるabnRの平均値avg2を求める.2.各標準 写真から求められるabnRにavg1/avg2を掛ける.3.同様の 処理を使用する全ての特徴量に対して行う.

実験結果を表3に示す.健常肺において,2つの分類方法の再現率の平均値は92.00%,適合率は共に95.58%を越えている.異常肺においても,再現率と適合率の平均値はそれぞれ88.89%,80.00%となった.

4.2 考察

横軸を abnR,縦軸を abnRMAX として特徴量の算出結果 をプロットしたグラフを図7に示す.図7より,特徴量の 算出結果は健常肺のグループ,異常肺のグループに概ね 分かれていることが確認できる.

1型から0型と判別された異常肺は計3枚あり,全て1 型であった.図7に丸印で囲まれた異常肺Aの全ての走 査線上の異常度を昇順にソートし,肋骨エッジの長さを 200に正規化したグラフを図8左に示す.図8右は,図8 左と同様な異常肺Aと最も異常度の算出結果が近い健常 肺①のグラフである.なお横軸の*i*,*j*は,各グラフの異 常度の低いものから順番に1から200まで番号付けした時 の任意*i*(または*j*)番目である.*i=p*番目の異常度から *j=p*番目の異常度を引いた差を全て(計200個)求め,そ れらの平均値は-0.33(標準偏差:0.48)であった.さらに, 200個それぞれの差を求めた際に,健常肺①の異常度が異 常肺Aの異常度を上回ることが多く,その割合は78% (=155/200)であった.このことから,健常肺①と異常肺A

健常・異常判別の実験結果 表3 健常肺 異常肺 method 再現率 適合率 再現率 適合率 92.00% 95.58% 88.89% 80.00% LDA SVM 92.00% 95.58% 88.89% 80.00% ۴ ○ 健常 5 $\times \times$ 0 ×異常 abnRMAX 4 XOO 3 毘堂昁△ 2 0 2 0 1 3 4 5 abnR

図7 特徴量 abnR, abnRMAX の算出結果



の濃度分布に有意差は無いことがわかる.提案した特徴 量は、走査領域内に粒状影があるほど、走査線上の分散 値が高くなるという特徴を利用して異常度を算出してい る.そのため健常肺と1型の異常肺の異常度の分布に有意 差が無いことは、CCDスキャナで取り込まれた1型の肺画 像では、画像化の際に粒状影が失われている可能性があ ることを示唆している.本研究では、CCDスキャナでX線 写真を画像化する際、すべての画像補正機能をOFFにして いるが、今後、画像化する際に画像補正機能を加えた場 合、判別精度に変化が生じるか検討する.

5. まとめ

本稿では、CCD スキャナでデジタル化された胸部 X 線 写真について、実際に医師による実症例の肺画像を加え て健常・異常判別の手法を提案し実験を行った.実験結 果から、CCD スキャナで取り込まれた 1 型の肺画像にお いて、粒状影が失われている可能性があることがわかっ た. 今後、画像化する際に画像補正機能を加えた場合、 判別精度に変化が生じるか検討する.

参考文献

- 労働省労働基準局安全衛生部労働衛生課編, "じん肺 標準エックス線フィルムの解説,"中央 労働災害防止協会, 1978.
- [2] 阿部孝司,南昌秀,中村宗弘,"CCD スキャナで取り込んだ胸部 X 線像に対するじん肺コンピュータ支援診断,"信学論 D, vol.J94-D, no1, pp.395-408, Jan. 2011.

- [3] 小畑秀文,久保淳,岡田守弘,"等濃度線処理による X線写真中のじん肺陰影抽出と自動診断への応用,"
 信学論 D-II, vol.J76-D2, no.2, pp.261-267, Feb. 1993.
- [4] 陳旋,長谷川純一,鳥脇純一郎,"じん肺 X 線写真の 定量診断のための粒状影の識別,"信学論 D-II, vol.J72-D2, no.6, pp.944-953, Jun. 1989.
- [5] A. M. Savol, C. C. Li, and R. J. Hoy, "Computer aided recognition of small rounded pneumoconiosis opacities in chest X-rays," IEEE Trans Pattern Anal. March. intell., vol.2, no.5, pp.479-482, Sep. 1980.
- [6] T. Kouda and H. Kondo, "Computer-aided diagnosis for pneumoconiosis using neural network," Proc. IEEE Symposium on Computer-Based Medical Systems, pp.467-472, Jul. 2001.
- [7] F. Mosteller, "A k-sample slippage test for an extreme population," The Annals of Mathematical Statistics, vol.19, no.1, pp.58-65, Mar. 1948.