

緒言

日本では 2000 年に厚生労働省より 40 歳以上の女性 に対して乳がん検診でマンモグラフィ併用検診を導入 し,2009 年から 40 歳以上の女性を対象に乳がん検診 無料クーポンが配布され,マンモグラフィ検査の受診 者数は増加傾向である.乳房への放射線の影響は組織 加重係数が ICRP Publication 60 (1990 年勧告)¹⁾の 0.05 から ICRP Publ.103 (2007 年勧告)²⁾ で 0.12 に引 き上げられ,放射線リスクに対して注意すべき臓器と なっているため,被ばく線量の把握がより必要となっ てくる.現状,マンモグラフィの線量は、日本放射線 技師会が定める平均乳腺線量のガイドライン値³⁾では 1撮影当たり 2.0 mGy(4.5 cm 乳房厚,乳腺脂肪割合が 50%)と一般撮影の他部位に比べ高くなっている.更 に、マンモグラフィは Cranio-Caudal(CC:頭尾方向) 撮影と Medio-Lateral-Oblique(MLO:内外斜位方向) 撮影の 2 方向撮影が基本であるため、一回の曝射で乳 腺が受ける線量は 4.0 mGy 前後となる.しかし、これ らの被ばく線量は polymethylmethacrylate(PMMA) ファントムや 156 ファントムを基にして導かれた数値

389

Estimation of the Average Glandular Dose Using the Mammary Gland Image Analysis in Mammography

Tomoko Otsuka,^{1*} Atsushi Teramoto,² Yasuki Asada,² Shoichi Suzuki,² Hiroshi Fujita,³ Satoru Kamiya,¹ and Hirofumi Anno¹

¹ Department of Radiology, Daido Hospital

² Faculty of Radiological Technology, School of Health Sciences, Fujita Health University ³ Graduate School of Medicine, Gifu University

Received September 30, 2015; Revision accepted March 8, 2016 Code Nos. 522, 621

Summary

Currently, the glandular dose is evaluated quantitatively on the basis of the measured data using phantom, and not in a dose based on the mammary gland structure of an individual patient. However, mammary gland structures of the patients are different from each other and mammary gland dose of an individual patient cannot be obtained by the existing methods. In this study, we present an automated estimation method of mammary gland dose by means of mammary structure which is measured automatically using mammogram. In this method, mammary gland structure is extracted by Gabor filter; mammary region is segmented by the automated thresholding. For the evaluation, mammograms of 100 patients diagnosed with category 1 were collected. Using these mammograms we compared the mammary gland ratio measured by proposed method and visual evaluation. As a result, 78% of the total cases were matched. Furthermore, the mammary gland ratio and average glandular dose among the patients with same breast thickness was matched well. These results show that the proposed method may be useful for the estimation of average glandular dose for the individual patients.

Key words: mammography, average glandular dose, mammary gland, image analysis

*Proceeding author



Fig. 1 A flow chart of breast image analysis.

であり,患者個人の乳腺構造に基づいた被ばく線量と なっていない.ここで,マンモグラフィ画像から乳腺 割合を画像解析により算出する方法が提案されてい る^{4~6)}.われわれはガボールフィルタを用いて乳腺構 造を解析し,正確に乳腺割合を測定する手法を開発し た⁶⁾.本研究では,この手法を用いてマンモグラフィ 画像から乳腺割合を自動測定し,その乳腺割合を基に 平均乳腺線量を算出する手法を開発する.

1. 方法

1-1 手法概要

本手法は、マンモグラフィ画像から乳腺割合を自動 測定し、装置に関する基礎的なデータと乳腺割合を用 いて平均乳腺線量の推定を試みた.

1-2 使用機器および対象画像

本研究では、マンモグラフィ装置として島津社製 Sepio Stage Max Vision, computed radiography(CR) は FUJIFILM 社製 IP CASSETTE DM, CR 読取装置 は FUJIFILM 社 FCR PROFECT CS を使用した.

平均乳腺線量算出の対象は、2013年7月1日から 12月31日に当院にてマンモグラフィ検査を行った 40~64歳の患者とした.年齢構成は40代が57%、50 代が29%、60代が14%であった.その中から、マン モグラフィ検査と乳腺超音波検査にてカテゴリー1と 診断された100名とした.解析画像は右CC画像とし た.なお、対象乳腺構造は視覚評価にて乳腺散在、不 均一高濃度、高濃度とし、乳腺構造の分類は、乳腺構 造を自動解析した結果を用いて乳腺散在(10~40%)、 不均一高濃度(40~60%)、高濃度(60~90%)とした. 視覚評価はマンモグラフィ撮影に従事している、マン モグラフィ撮影認定診療放射線技師3名で行い,結果 を公表することに同意を得た.なお,本研究は施設の 倫理審査委員会にて審査され承認を得ている.

1-3 マンモグラフィ画像を用いた乳腺割合の自動測定

本研究では患者個人の乳腺割合から平均乳腺線量を 測定するために、マンモグラフィ画像から乳房全体に 占める乳腺領域の割合を算出する.算出にはわれわれ が開発した手法を用いた⁶. Fig.1に乳腺割合の測定 手順を示し、処理の概要を以下に記す、まず、乳房領 域以外のマーカや背景ノイズを除去するために2値化 とラベリング処理を行い、乳房領域のみを抽出する. 続いて、モルフォロジーフィルタを用いて乳房内の乳 腺濃度の分布により生じた画素値のトレンドを補正し た後,画像内に存在する乳腺をガボールフィルタ⁷⁾に よって強調する.次に、ガボールフィルタ出力画像に 対し、大津のアルゴリズムを利用した自動2値化処 理⁸⁾を行うことで乳腺領域を抽出し、その面積を計測 する. そして, 乳腺領域の面積値を乳房領域の面積値 で除した値を乳腺割合とする. 文献6では本手法によ り乳腺割合を自動測定した結果と医師による乳腺領域 のスケッチから算出した乳腺割合を比較しており、両 者の誤差は5%以下であることが確認されている.

1-4 平均乳腺線量の算出

平均乳腺線量を算出するためは、半価層、空気カー マを測定しておく必要があるため、マンモグラフィ画 像を得る装置にてこれらを測定した. 半価層は Victoreen 社製非接続式 X 線アナライザ NERO mAx8000 型を胸壁端に沿うように配置し、Victoreen 社製アルミ板 07-434 型(純度 99.997%)を使用して測 定した. 空気カーマの測定は、Fig.2に示す配置で 行った.線量測定には Radcal 社製電離箱線量計 model 9015. Radcal 社製電離箱 model 10X5-6M(平行平板 型 6.0 cc)を使用した.測定位置は胸壁から 6.0 cm, 乳房支持台から 4.5 cm の位置を基準として行った⁹⁾. 半価層、空気カーマともに照射条件はターゲットフィ ルタの組み合わせをモリブデン/モリブデン(Mo/Mo) では管電圧 24~32 kV. モリブデン/ロジウム (Mo/ Rh)では管電圧 28~32 kV の範囲で設定した. なお, 管電圧は4kV ずつ変化させて測定を行い、いずれの 条件においても管電流時間積は 50 mAs に固定した.

マンモグラフィ撮影時に患者が受ける平均乳腺線量 は, Dance らの式(1)により計算した¹⁰⁾.

| D = Kgcs(| 1 |) |) | |
|-----------|---|---|---|--|
|-----------|---|---|---|--|



Fig. 2 Arrangements for measurement of air kerma.

D は平均乳腺線量 (mGy), K は入射空気カーマ (mGy), g は乳腺含有率 50%の平均乳腺線量への変換 係数, c は乳腺含有率の修正係数, s はターゲットと フィルタの組み合わせに関する係数である.

2. 結果

2-1 乳腺割合の測定結果

1-2 に示した方法を用いてマンモグラフィ画像から 乳腺割合を測定した結果を,Fig.3 に示す.100 症例 中7症例は乳房領域の抽出が正しく行われなかった. 乳腺割合の測定が成功した93 例で評価を行ったとこ ろ,乳腺割合の平均値は44.53±11.69%となり,最大 72.68%,最小18.07%であった. 乳腺割合の測定結果と視覚評価による乳腺構造の分 類を Table 1 に示す.乳腺構造を分類すると乳腺散在 36%,不均一高濃度 54%,高濃度 10%となった.ま た,乳腺割合の測定結果と視覚評価を比較すると乳腺 散在で 85%,不均一高濃度で 96%,高濃度で 60%,全 体では 80%の症例が一致した.

2-2 平均乳腺線量

各症例の平均乳腺線量を算出するための各ターゲッ トフィルタと管電圧における半価層,1mA second (mAs)あたりの空気カーマを Table 2 に示す. Table 2 の空気カーマは1mAs あたりであるため,実際に撮 影したマンモグラムの入射空気カーマを算出するため には1mAs あたりの空気カーマに各マンモグラムの mAs 値を乗じる必要がある. これが式(1)の入射空気 カーマKとなる.

乳腺構造別の平均乳腺線量を Table 3 に示す.93 例の平均乳腺線量は 2.05±0.56 mGy (乳房厚:40.61± 11.79 mm)となった.乳腺構造別の平均乳腺線量は, 乳腺散在 2.25±0.54 mGy (乳房厚:47.35±10.33 mm), 不均一高濃度 1.99±0.54 mGy (乳房厚:38.38±10.43 mm),高濃度 1.62±0.58 mGy (乳房厚:27.56±8.73 mm) となった.

乳腺構造別の乳房厚と平均乳腺線量の関係を Fig. 4 に示す.各乳腺構造における乳房厚と平均乳腺線量の 関係について近似式と決定係数を算出した結果を Table 4 に示す. Table 4 より高濃度で高い相関が得 られた.



(b)Breast region

(c) Enhanced image of mammary glands

(d)Identified regions of mammary gland (white) and breast (gray)

| | Visual evaluation | | | | |
|------------------------------------|--|--------------------------|-----------------|-------|--|
| Breast analyzer | Scattered fibroglandular densities | Heterogeneously dense | Extremely dense | Total | |
| Scattered fibroglandular densities | 25 | 8 | 1 | 34 | |
| Heterogeneously dense | 4 | 40 | 6 | 50 | |
| Extremely dense | 0 | 1 | 8 | 9 | |
| Total | 29 | 49 | 15 | 93 | |

 Table 1
 Classification of mammary gland structure by the measurement results and visual evaluation of the mammary gland ratio

Table 2Half-value layer in each target filter and tube voltage,
air kerma per 1 mAs

| Target/Filter | Tube voltage [kV] | HVL [mmAl] | K _{air} /mAs [mGy/mAs] |
|---------------|----------------------|---------------|------------------------------------|
| Mo/Mo | 24 | 0.32 | 0.078 |
| | 28 | 0.37 | 0.128 |
| | 32 | 0.40 | 0.195 |
| Mo/Rh | 28 | 0.42 | 0.104 |
| | 32 | 0.46 | 0.163 |

3.考察

乳腺解析は対象とした100例のマンモグラムのうち 93例成功し,平均乳腺線量の算出ができた.7症例に て乳腺解析が正しく行われなかったが,これらは視覚 評価では乳腺散在に分類されるものの,乳腺構造が限 りなく脂肪性に近かったものや,乳房が極端に大きい または小さい症例であった.このような症例では,乳 房抽出のためのしきい値が正しく自動設定できなかっ たことが未抽出の原因として考えられる.また,視覚 評価と乳腺割合の測定結果による乳腺構造の分類は 78%の症例で一致した.約20%の不一致には,読影者 が行った判断のばらつきと本手法で用いた乳腺自動解 析の誤差が含まれている.ここで,視覚評価による乳 腺構造の分類は,乳腺の性状や密度分布から主観的に 行ったものであり,乳腺散在と不均一高濃度,不均一 高濃度と高濃度の境界では判断が曖昧となり,ばらつ きが大きくなる.それに対し,本研究では濃度そのも のや濃度分布ではなく乳腺構造そのものに注目して乳 腺量を定量解析することにより正確な乳腺割合を数値 化することが可能である.本研究で用いた乳房画像解 析処理は,同一装置,同一条件で得た画像を用いた先 行研究⁶⁰の評価より解析処理と乳腺系の読影をしてい る放射線診断専門医1名のスケッチ間で乳腺割合の誤 差が5%以下であり,精度よく乳腺割合を計測できる ことが確かめられている.以上より,乳腺割合を画像 から自動測定することで観察者の経験値などに捉われ ることなく乳腺構造の分類を行うことができる.

乳腺割合が高くなるということは乳腺の密度が高く なるため、一定の画質を得るために平均乳腺線量が高 くなる.これを検証するために乳腺構造別の平均乳腺 線量を Table 3 に示したが、各乳腺構造の平均乳房厚 が乳腺散在 47.35 mm、不均一高濃度 38.38 mm、高濃 度 27.56 mm となり単純な比較は困難である.そのた めに、本研究で解析した症例の中から同一乳房厚の症 例を抽出して比較を行った.評価の対象乳房厚は症例 数が 5 個以上であった 30~45 mm とし、乳房厚は 5 mm 間隔、各厚さ±1 mm とした.乳房厚ごとの乳腺 割合と平均乳腺線量の関係を Fig. 5,6 に示す.評価

| Table 3 Mamm | ary gland struc | ture by an ave | erage glandular dose |
|--------------|-----------------|----------------|----------------------|
|--------------|-----------------|----------------|----------------------|

| | Breast thickness | S Average glandular dose [mGy] | | | | |
|---|------------------|--------------------------------|--------------------|------|------|--|
| | [mm] | Average | 75 percentile dose | Max | Min | |
| Total | 40.61±11.79 | 2.05±0.56 | 2.40 | 3.41 | 0.94 | |
| Scattered fibroglandular densities $(n = 34)$ | 47.35±10.33 | 2.25±0.54 | 2.60 | 3.41 | 0.94 | |
| Heterogeneously dense $(n = 50)$ | 38.38±10.43 | 1.99±0.54 | 2.38 | 3.24 | 1.17 | |
| Extremely dense $(n = 9)$ | 27.56±8.73 | 1.62±0.58 | 1.91 | 2.58 | 1.03 | |



Fig. 4 Relationship of breast thickness and average glandular dose in each of the mammary gland structure.

Table 4 Relationship of breast thickness and average glandular dose in each of the mammary gland structure

| | Approximation | Coefficient of determination (R^2) |
|--|---------------------------------|--------------------------------------|
| Scattered fibrogland- ular densities (n=34) | <i>y</i> =0.036 <i>x</i> +0.554 | 0.470 |
| Heterogeneously dense (n=50) | <i>y</i> =0.035 <i>x</i> +0.638 | 0.466 |
| Extremely dense (n=9) | <i>y</i> =0.065 <i>x</i> -0.176 | 0.973 |

対象ではすべての乳房厚で乳腺割合が高くなると平均 乳腺線量が高くなるという傾向が得られた.

乳腺割合を考慮して簡易的に平均乳腺線量を算出す る手法として Dance が示している 40~49歳, 50~64 歳と年齢で分類した c-factor を用いる方法がある¹⁰⁾. Dance らの報告では深さ方向で求めた乳腺含有量を 乳腺割合として扱っていたが,本研究で数値化された 乳腺割合は伸展した乳腺の面積を求めており,深さ方 向で求めた乳腺含有量と高い相関性があると考えてい るため乳腺の面積を乳腺割合とした.

しかし、日本人の乳腺割合は浅田ら¹¹⁾によると 40.0%、藤崎ら¹²⁾によると42.8%であり、欧米人の乳 腺割合はGeiseら¹³⁾によると34.0%となり日本人にお ける乳腺割合は欧米人と比較すると高くなっている. 本研究では、44.5%となり欧米人より10%程度高い乳 腺割合となっている.そこで、本研究で求められた平 均乳腺線量(A)とDanceが示した年齢別のc-factorを 用いて算出した平均乳腺線量(B)を比較したものを Table 5に示す.Table 5より本研究で得られた平均 乳腺線量が5%程度高くなった.これは、Dance らに よると50~64歳について PMMA のブロックを典型



Fig. 5 Relationship of mammary gland ratio and average glandular dose of each breast thickness. (Breast thickness; 30 mm, 35 mm)



Fig. 6 Relationship of mammary gland ratio and average glandular dose of each breast thickness. (Breast thickness; 40 mm, 45 mm)

的な乳房(厚さ 0.5 cm のとき,100%の脂肪組織の表 面層として想定)に模してシミュレーションした結果 を用いているからであると考えられる.本研究の対象 患者の乳腺割合と Dance らによる各 PMMA ファン トム厚と同等の乳房厚に対する乳腺割合を比較する と、本研究の乳腺割合が 5~10%高くなっていた.こ れより、Dance が示している年齢別の c-factor は、患 者ごとの平均乳腺線量を算出するには簡便な方法であ るが、乳房モデルが欧米人であるため日本人の乳房で 使用することは過小評価に繋がる可能性がある.

本研究で乳腺構造別における乳房厚と平均乳腺線量 の関係を検討したのは、乳腺構造と平均乳腺線量には 一定の関係があり、乳腺構造が高密度になるほど平均 乳腺線量は高くなることが知られており、本研究でも その傾向が得られているかを確認するためである. Fig. 4~6, Table 4 より上記のような傾向があるため

Table 5Comparison of the average glandular dose obtained in
study (A) and average glandular dose was calculated
using the age of the c-factor indicated by Dance (B)

| | Average glandular dose [mGy] | | |
|---|------------------------------|------|------|
| | А | В | A/B |
| Total | 2.05 | 1.95 | 1.05 |
| Scattered fibroglandular densities (n=34) | 2.25 | 2.14 | 1.05 |
| Heterogeneously dense (n=50) | 1.99 | 1.89 | 1.05 |
| Extremely dense (n=9) | 1.62 | 1.58 | 1.03 |

本手法で正しく平均乳腺線量が測定できている可能性 が示唆される.平均乳腺線量の真値を求めることは困 難であり,先行研究においてもシミュレーションの結 果を用いている.本研究では撮影された画像から自動 的に平均乳腺線量を算出する新しい試みを行ったが, その精度を確認する手段は現時点では存在せず,詳細 な評価は今後の課題となる.

近年,開発され臨床現場に導入され始めているフォ トカウンティングシステムを導入したマンモグラフィ 装置には,乳腺割合を解析して撮影時に平均乳腺線量 が表示される.しかし,このシステムが搭載されてい る装置は,まだ広く普及はしていないため多くの施設 で従来型のマンモグラフィ装置を使用している.また 従来のマンモグラフィ装置の中でもフラットパネル ディテクタの装置は平均乳腺線量が表示されている が,PMMAファントムデータと乳腺割合で算出され る.しかし,この平均乳腺線量は実際の患者の乳腺割 合とは異なることが予測される.更に,CR装置で平 均乳腺線量の表示は行うことができない.本研究で開 発したシステムは任意のマンモグラフィ画像を乳腺解 析ソフトにて解析しているため,患者個人の乳腺割合 を得ることができ有用性が高いと思われる.

本研究では,基礎的検討として胸筋などの誤差要因 を含まない CC 画像を対象に画像解析を行ったが,今 後は MLO 画像にも対応できるよう改良を進めたい.

また、本研究では乳腺解析ソフトと視覚評価の両者 の一致度は高いことが確認されたが、マンモグラフィ 画像は二次元画像であるため、脂肪の重なりや乳腺の 重なりなどの厚み方向への情報が詳細に得られない. そこで、乳腺割合の算出精度を改善するため、今後は 三次元画像を得ることのできる乳腺 MRI や乳腺 CT 画像を解析し、マンモグラフィ画像から得られる面積 割合と乳腺体積を比較する検討が必要であり、詳細な 解析を行いながら画像解析アルゴリズムを改良してい く必要がある.

4. 結 語

乳腺解析ソフトを用いて患者個人の乳腺割合を求め ることによって、患者個人の平均乳腺線量を算出する ことが可能となった.乳腺解析ソフトの乳腺構造の分 類の精度は高く、簡便であるため本手法は有用性が高 いことが示唆された.今後は、乳腺割合の算出精度を 改善するためにマンモグラフィと他モダリティの画像 を用いた詳細な解析を行うことが必要である.

謝辞

本研究の一部は, 文部科学省科学研究費補助金(新 学術領域研究:26108005:「医用画像に基づく計算解剖 学の多元化と高度知能化診断・治療への展開」)により 行われました.

なお、本研究の要旨は第70回日本放射線技術学会 総会学術大会(2014年、横浜)にて発表した.

参考文献

- International Commission on Radiological Protection. ICRP Publication 60 1990 Recommendations of the International Commission on Radiological Protection. ICRP 1991; 21: 86.
- International Commission on Radiological Protection. ICRP Publication 103 The 2007 Recommendations of the International Commission on Radiological Protection. ICRP 2007; 37: 182.
- 3) 日本放射線技師会. 放射線量適正化のための医療被曝ガ イドライン. 東京:文光堂, 2009.
- Zhou C, Chan HP, Petrick N, et al. Computerized image analysis: estimation of breast density on mammograms. Med Phys 2001; 28(6): 1056-1069.
- Byng JW, Boyd NF, Fishell E, et al. The quantitative analysis of mammographic densities. Phys Med Biol 1994; 39(10): 1629-

1638.

- 6) 寺本篤司,小林美早紀,大塚智子,他. 乳房 X 線画像を用いた乳腺割合の自動測定に関する基礎的検討~ガボールフィルタによる乳腺構造の自動抽出~. 医用画像情報学会雑誌 2015; 32(3): 63-67.
- 吉川るり葉,寺本篤司,松原友子,他. 複数のガボール フィルタを用いた乳房 X 線画像における乳腺構造解析と 構築の乱れの検出. Medical Imaging Technology 2012; 30 (5): 287-292.
- 大津展之. 判別および最小2乗規準に基づく自動しきい 値選定法. 電子情報通信学会論文誌 1980; J63-D(4): 349-356.
- 9) Kawaguchi A, Matsunaga Y, Otsuka T, et al. Patient investigation of average glandular dose and incident air kerma

for digital mammography. Radiol Phys Technol 2014; 7(1): 102-108.

- 10) Dance DR, Skinner CL, Young KC, et al. Additional factors for the estimation of mean glandular breast dose using the UK mammography dosimetry protocol. Phys Med Biol 2000; 45 (11): 3225-3240.
- 11) 浅田恭生, 鈴木昇一, 山田将大, 他. マンモグラフィによ

る被曝線量に対する乳腺割合の影響. 日放技学誌 2004; 60(12): 1675-1681.

- 12) 藤崎達也, 熊谷曜子. 圧迫乳房モデルによる乳腺平均吸 収線量の検討. 日乳癌検学誌 1997; 6(3): 291-298.
- Geise RA, Palchevsky A. Composition of mammographic phantom materials. Radiology 1996; 198(2): 347-350.

問合先 〒457-8511 名古屋市南区白水町9番地 社会医療法人宏潤会大同病院放射線部 大塚智子