# 非小細胞肺がんにおける 4D-CT 換気画像・SPECT 血流画像を用いた

# 強度変調放射線治療の治療計画の比較評価

道又 玄太、中島 祐二朗、伊藤 進也、藤田 幸男

駒澤大学大学院 医療健康科学研究科 診療放射線学専攻

**背景**:肺がんの放射線治療における有害事象として放射線肺臓炎が発生する。メタアナリシスによって、局 所進行肺がん患者の約 30%にグレード 2 以上の放射線肺臓炎が、2%に致死的な肺臓炎が発生すると報告さ れている。放射線肺臓炎の発生を正確に予測するために多くの指標が提案されており、近年は肺の高機能領 域への線量が肺臓炎の発症と相関することが示唆されている。そこで放射線治療計画に肺機能画像を用い、 高機能領域を避けた線量分布に最適化することで、放射線肺臓炎の発生を抑制できる可能性がある。一方で、 肺がん患者の 39%は肺血流と肺換気がミスマッチするという報告があり、換気と血流の両方の治療計画に用 いた場合の治療計画への影響は報告されていない。そこで本研究は従来の治療計画に対する換気画像と血流 画像の両方を用いた治療計画の影響を評価する。

方法:治療前に四次元 CT 画像と SPECT 肺血流画像を撮影された広島大学病院の小細胞肺がん患者 46 名を 対象とした。肺換気画像は四次元 CT 画像の呼気相と吸気相間の非剛体画像位置合わせを行い、局所の肺機 能を CT 値によって定量化することで作成した。治療計画は処方線量を 60 Gy/30 fr、照射方法を強度変調回 転照射法とし、以下の4 つの計画を作成した;①肺換気と肺血流の両方を考慮した計画 (VQ プラン)、②肺 換気のみを考慮した計画 (V プラン)、③肺血流のみを考慮した計画 (Q プラン)、④肺機能画像を用いない 従来の治療計画 (A プラン)。治療計画の評価方法は従来から使用される「線量-体積指標」と、肺機能を考 慮した指標である「線量-機能指標」(平均肺機能線量 (functional mean lung dose; fMLD) とそれぞれ 5 Gy と 20 Gy 以上の線量が照射される肺機能の割合である fV<sub>5</sub> と fV<sub>20</sub>)を用いて行なった。得られた線量指標は両側 t 検定と Wilcoxon の符号順位検定を行い、治療計画間の有意差を評価した。

**結果**: VQ プランは従来の治療計画に比べ、V プラン、Q プラン、A プランに対し有意に線量一機能指標が低減した (*p* < 0.005)。A プランに対する、換気ベースの fMLD と fV<sub>20</sub>の平均の低減量が、VQ プランで 0.59% と 2.0 Gy、V プランで 0.36%と 1.5 Gy、Q プランで 0.37%と 1.2 Gy であった。血流ベースの fMLD と fV<sub>20</sub>の平均の低減量は、VQ プランで 0.65%と 2.0 Gy、V プランで 0.33%と 1.2 Gy、Q プランで 0.49%と 1.5 Gy であった。

結論:治療計画に肺機能画像を用いることで、従来の計画と比べ線量-機能指標を有意に低減した。換気・ 血流画像の両方を用いることで、片方のみを用いるよりも線量低減が大きい。また、換気・血流画像の一方 のみでは、もう一方の高機能領域の線量低減が少ない可能性が示唆された。

#### 1. 背景

肺がんの放射線治療における有害事象として放 射線肺臓炎が発生する。メタアナリシスによって、 局所進行肺がん患者の約 30%にグレード2以上の 放射線肺臓炎が、2%に致死的な肺臓炎が発生する と報告されている<sup>1)</sup>。放射線肺臓炎の発生を正確に 予測するために多くの指標が提案されており、近年 は肺の高機能領域への線量が肺臓炎の発症と相関 することが示唆されている<sup>2)</sup>。そこで放射線治療計 画に肺機能画像を用い、高機能領域を避けた線量分 布に最適化することで、放射線肺臓炎の発生を低減 できる可能性がある。

肺機能は肺換気と肺血流から成り立ち、それぞれ を様々なモダリティで画像化することができる。先 行研究では、従来の治療計画に対する、CT 撮影に よる肺換気画像や、単一光子放射断層撮影 (singlephoton emission computed tomography; SPECT) によ る肺血流画像を用いた治療計画の比較が行われお り、肺機能画像を計画に用いることの影響が報告さ れている<sup>2,3)</sup>。一方で、肺がん患者の 39%は肺血流 と肺換気がミスマッチするという報告があるが<sup>4)</sup>、 ミスマッチが治療計画に与える影響については報 告されていない。そこで本研究は従来の治療計画に 対する換気画像と血流画像の両方を用いた治療計 画の影響を評価する。

#### 2. 方法

# 2.1 患者背景

本研究は 46 名の非小細胞肺がん患者を対象とした。 対象症例は広島大学病院の倫理審査委員会に承認 された前向き臨床試験(課題名:「肺機能的画像を 用いた肺癌に対する高精度放射線治療計画法の開 発」に関する臨床研究、許可番号:第 臨-206 号) に登録された。この臨床試験は 2010 年 9 月から 2014 年 6 月の期間に行われた。患者背景を表 1 に 示す。すべての症例で4D-CT 撮影と SPECT perfusion 撮影が行われており、それぞれの撮影以前に化学療 法、手術、放射線治療、免疫療法などの治療は行わ れていない。4D-CT 撮影と SPECT perfusion 撮影は 同じ体位で撮影が行われ、4D-CT 撮影と SPECT perfusion 撮影の間隔は 4 日以内に行われた。肺換気 画像は CT 肺換気イメージングにより取得した。

パラメータ	
年齢	$66.4 \pm 6.2$
性別	
男性	38/46
女性	8/46
組織型分類	
非小細胞肺がん	46/46
進行度	
ステージI	1/46
ステージ II	7/46
ステージ III	38/46
PTV (cm <sup>3</sup> )	$360 \pm 232$

表1 患者情報

# 2.2 CT 肺換気画像

CT 肺換気画像は、4D-CT 画像の吸気相と呼気相 に対して変形画像位置合わせ技術 (deformable image registration: DIR) を行い、局所の体積変化を CT 値によって定量解析することで取得した。4D-CT 撮影はマルチディテクタ CT (LightSpeed, GE Medical systems, Waukesha, WI) のシネモードとリ アルタイムポジションマネージメントシステム (Varian Medical Systems, Palo Alto, CA) を用いた。リ アルタイムポジションマネージメントシステムに より取得した、呼吸の代替信号である経時的な腹壁 の動きと、シネモードで取得した CT 画像を、解析 ワークステーション (AdvantageSim, GE Healthcare, Princeton, NJ) を用いて、呼吸サイクルに応じてソ ートされた 10 相の CT 画像を取得した。CT の撮影 条件は、管電圧が 120 kVp, 管電流が 80 mA, スキ ャン時間が 0.5 秒, スライス厚が 2.5 mm, マトリッ クスサイズが 512×512 とした。10 相の CT 画像を 目視で確認し、最大呼気相と最大吸気相の CT 画像 を同定し、CT 肺換気イメージングに使用した。DIR はノンパラメトリックの体積ベースのアルゴリズ ムを用いて、4D-CT 画像の吸気相を呼気相に空間的 に位置合わせすることで、変位ベクトル場 (displacement vector field: DVF) を取得した。DIR は オープンソースソフトウェアである Elastix ver. 4.8 (University Medical Center Utrecht, Utrecht. Netherlands) を用いた<sup>5</sup>。DIR のパラメータ設定は、 Kanai らが先行研究で報告したパラメータセット2 を用いた<sup>9</sup>。この設定は、DIR の位置合わせ誤差が 1.3 mm 未満で、CT 画像の1 ボクセル未満であるこ とが先行研究によって報告されているの。局所の体 積変化は、先行研究や現在行われている臨床試験で よく用いられている呼気相と吸気相間の CT 値の変 化を定量化することで算出した <sup>9</sup>。また Hegi-Johnson らの先行研究と同様に、肺換気画像は生理 学的効果を考慮したスケーリング係数 (density scaling) と、呼気相と吸気相における血流の変化に ともなう質量変化の補正 (mass correction) を行っ た<sup>10)</sup>。Hegi-Johnson らの先行研究に記載があるよう に、CT 肺換気イメージングの CT ノイズによる悪 影響を低減するために、肺換気画像の計算前に、7 ×7×7 voxels3 をカーネルとしたメディアンフィル タを適用した<sup>10</sup>。DIR で取得した変形画像および肺 換気画像は視覚評価を行い、大きなエラーがないか を確認した。Vinogradskiy らと同様の方法で、肺換 気画像は SPECT 肺血流画像の空間分解能を統一す るためダウンサンプリングを行い、パーセンタイル 画像に変換した 11)。

### 2.3 SPECT 肺血流画像

SPECT 血流画像は 185 MBq の 99mTc でラベリン

グされた大凝集アルブミン (99mTc-labeled macroaggregated albumin: <sup>99m</sup>Tc-MAA) を治療計画 CT 撮影と同じ仰臥位で静脈注射し、商用スキャナ (BrightView XCT; Philips Healthcare, Cleveland, OH) を用いて撮影した。SPECT 画像の再構成はサブセ ット化による期待値最大化 (ordered subset expectation maximization method: OSEM) 法を用い、 マトリックスサイズが 128×128, ピクセルサイズ が 3.19×3.19 mm<sup>2</sup>, スライス厚が 3.19 mm で取得し た。減弱補正は<sup>99m</sup>Tcの141 keVの光子を用いた。 データの取集条件は2検出器方式のガンマカメラ を用い、コリメータは低エネルギー高分解能用平行 多孔コリメータを用いた。回転モードは step and shoot または連続収集を用いた。SPECT 画像は CT 肺換気イメージングと同様の方法でパーセンタイ ル画像に変換した。SPECT 画像と CT 画像の位置合 わせは Elasitx の剛体画像位置合わせ技術を用いて 行った。

# 2.4 放射線治療計画の作成方法と評価方法

図1に本研究のフローチャートを示す。4D-CT 画像から作成した換気画像と SPECT から取得した 血流画像をパーセンタイル画像に変換した。換気画 像・血流画像はそれぞれパーセンタイル値を3等分 し、上位から高・中・低機能領域として定義した。 これらを治療計画に組み込み、以下の4つの治療計 画を作成した;①肺換気と肺血流画像の両方を使用 した計画 (VQ プラン)、②肺換気画像のみを使用し た計画 (V プラン)、③肺血流画像のみを使用した 計画 (Q プラン)、④肺機能画像を用いない従来の 治療計画 (A プラン)。作成した治療計画に対し比 較、検討を行った。

放射線治療計画の作成は Eclipse version 15.5 (Eclipse, Varian Medical Systems, Palo Alto, CA)を用 いた。処方線量は PTV の D95%に 60 Gy/30 fr、照射 方法は強度変調回転照射法とした。治療計画のビー ム設定は、ガントリー角度は 2 回転のフルアーク、 エネルギーは 6 MV、またコリメータ角度は MLC の リーフ間の漏れ線量の影響や Tongue and groove 効 果を最小限に抑えるために、300° および 30° に設 定した。従来の治療計画と肺機能を考慮した治療計 画の両方に同じビーム設定を使用した。治療計画の 最適化パラメータの初期値は先行研究<sup>12)</sup>を参考に 表 2 のように設定した。治療計画の最適化用に肺換 気と肺血流の上位から高機能・中機能・低機能を作 成し、治療計画毎に最適化パラメータを設定した。



#### 図1 研究のフローチャート

まず、4D-CTから DIR を用いて換気画像を取得、SPECTから血流画像を取得した。続いて、換気画像と血流画像を パーセンタイル画像に変換したのち、高・中・低機能領域に3等分した。これらを治療計画に組み込み、換気・血流 画像の両方を使用した計画(VQ プラン)、換気画像のみを使用した計画(V プラン)、血流画像のみを使用した計画 (Q プラン)、機能画像を使用しない従来の計画(A プラン)の4つ治療計画を作成した。 肺以外の制約はすべての治療計画で共通とした。従 来の治療計画は肺全体に一律の制約をかけ、機能画 像を用いた治療計画は肺の高・中・低機能領域に勾 配をつけて制約をかけた。これを初期値とし、最適 化を行った。

続いて、治療計画が臨床的に許容される範囲内か 評価した(図2参照)。治療計画の評価の妥当性評 価は先行研究で使用されている、放射線療法腫瘍学 グループ (RTOG) 0617 試験のプロトコールを用い た<sup>7,8)</sup>。設定する制約を逸脱した場合、PTVの Priority を変更し、RTOG0617 試験のプロトコールを満たす まで、修正し最適化した。

治療計画の評価は従来の評価方法である線量 -体積ヒストグラム (dose volume histogram: DVH) に 加えて、肺換気画像と肺血流画像を用いて、肺換気 ベースの線量 – 機能ヒストグラム (dose function histogram; DFH) と肺血流ベースの DFH をそれぞれ 計算した。肺の線量指標として従来指標である線量 - 体積指標と、肺換気画像と肺血流画像からそれぞ れ計算した線量 – 機能指標を計算した。線量 – 機能 指標は平均肺機能線量 (functional mean lung dose;



OAR (= organs at risk) : リスク臓器

RTOG: 放射線療法腫瘍学グループ

		従来の治療計画			機能	機能考慮した治療計画			
		体積(%)	線量(cGy)	Priority	体積(%)	線量(cGy)	Priority		
	upper	0	6300	70	0	6300	70		
	upper	10	6171	70	10	6171	70		
FIV	lower	100	5700	70	100	5700	70		
	lower	98	6000	80	98	6000	80		
全身	upper	0	6428	50	0	6428	50		
脊髄	upper	0	4500	90	0	4500	90		
合诺	upper	0	6428	50	0	6428	50		
及迫	upper	35	5500	50	35	5500	50		
心臓	upper	50	4500	50	50	4500	50		
昁	upper	15	2000	70					
נונו	upper	40	500	70					
宫榉能領试	upper				15	2000	130		
	upper				40	500	130		
中機能領域	upper				25	2000	100		
低機能領域	upper				25	2000	70		

÷.	2	1/215	友ヨ⊥	.क्तो) 🗸	+>1-	トフ	旦、声	11	·° =	-1	E
衣	2	(0)	京訂	画に	-101,		取迥	1Ľ~	$\sim$ $_{-}$	ァ	-2

\*PTV (= planning target volume) : 治療計画上の目標の体積

従来の治療計画と機能考慮した計画では PTV、脊髄、食道、心臓、全身の最適化パラメータは同様にした。 従来の治療計画は肺全体に最適化パラメータを設定し、機能考慮した計画はそれぞれ考慮する機能領域に 高機能・中機能・低機能の3つに最適化パラメータを設定した。



図3 従来の治療計画:Aプラン(左)と換気・血流画像を用いた計画:VQプラン(右)の線量分布 実線は等線量線を示し、実線の色が真ん中の線量の色に対応している。また、内側が色付けされた実線は 青色が高換気機能領域、赤色が高血流機能領域である。

赤破線で示した部分の 20 Gy の等線量線が肺機能領域を避けて変形した。



図4 患者 49 における従来の治療計画と換気・血流画像を用いた計画の
(a) DFH による比較と(b) PTV と OAR の DVH による比較

実線が従来の治療計画(Aプラン)、破線が換気・血流画像両方用いた治療計画(VQプラン)を示す。 (a) 青色の曲線が換気ベースのDFH、赤色が血流ベースのDFHを示す。(b) PTV は赤色、脊髄は青色、食 道は緑色で示す。

fMLD) とそれぞれ 5 Gy と 20 Gy 以上の線量が照射 される肺機能の割合である fV<sub>5</sub> と fV<sub>20</sub>を計算した。 肺以外の正常臓器の線量指標として、心臓 V<sub>40 Gy</sub>(心 臓おける 40 Gy 以上が照射される体積の割合)、脊 髄 V<sub>max</sub>(脊髄に照射される最大の線量)、食道 V<sub>mean</sub> (食道に照射される平均の線量)を計算した。

PTV には線量集中性の指標として Conformity index (CI)を求めた。これは (PTV 内の処方線量以上

の体積 / PTV の体積) × (PTV 内の処方線量以 上の体積 / 処方線量で囲まれる体積) で定義され る。また、PTV の線量均一性の指標として Homogeneity index (HI)を求めた。HI =  $D_{5\%}/D_{95\%}$  と 定義した。ここで、 $D_{5\%}$  と  $D_{95\%}$  はそれぞれ体積の 5%及び 95%が受ける線量を示す。

それぞれの治療計画で得られた線量指標は、まず Shapiro-Wilk (シャピロ-ウィルク)検定を行い、正 規性の検定を行った。正規性があると認められた群 の比較は対応のある両側 t 検定を用い、正規性が認 められなかった群を含む比較にはウィルコクソン の符号順位検定を用いて、治療計画間の有意差を評 価した。有意水準は 0.05 とした。

#### 3. 結果

# 3.1 代表例における従来の治療計画と機能画 像を用いた治療計画の比較

図3に最も高機能領域への線量が低減した1つ の症例(患者49)における、AプランとVQプラン を線量分布で比較したものを示す。等線量分布を目 視で確認したところ、VQプランではAプランに比 べて高機能領域が温存されていた。図4に同じ患者 49における、AプランとVQプランの(a)機能— 線量ヒストグラム:DFHと(b)PTVやリスク臓器 における機能—体積ヒストグラム:DVHの線量の 変化を示す。A プランに比べ、VQ プランは DFH の 曲線が低線量側にシフトしていた。また、換気ベー スの fMLD, fV<sub>5</sub>, fV<sub>20</sub> がそれぞれ 2.87 Gy, 13.1%, 9.80%減少、血流機能ベースの fMLD, fV<sub>5</sub>, fV<sub>20</sub> がそ れぞれ 2.97 Gy, 14.7%, 7.93%減少した。PTV とリス ク臓器の DVH では、A プランに比べ VQ プランの 方が PTV と脊髄の線量が増加したが、RTOG0617 の プロトコールの範囲内であった。

#### 3.2 機能画像を用いた治療計画の影響

図 5 に 46 症例における A プランに対する VQ プ ランの機能—線量指標 ((a): fMLD, (b): fV<sub>5</sub>, と fV<sub>20</sub>) の変化量の平均を示す。また、機能画像を用いた計 画の比較において、有意差がある (p < 0.05) 場合 のみグラフに記載した。

A プランに対して、V,Q,VQ プランはすべての機能-線量指標が低減し、有意差があった。

肺換気ベースの fMLD において、A プランに対し 最も線量が低減したのは VQ プランであり、低減量 は 0.59 Gy であった。VQ プランは V,Q プランに対 して有意差があった。V プランと Q プランは低減 量にほぼ差は無く、有意差は見られなかった。

肺血流機能ベースの fMLD において、最も線量が 低減したのは VQ プランであり、低減量は 0.65 Gy であった。VQ プランは V,Q プランに対して有意差 があった。次に fMLD が低減したのは Q プランで



図 5 従来の治療計画に対する、換気画像のみ用いた計画 (V プラン)、血流画像のみ用いた計画 (Q プラン)、換 気・血流画像両方用いた計画 (VQ プラン)の3つの群の (a) 平均肺機能線量:fMLD の変化量、および (b) fV<sub>5</sub>, fV<sub>20</sub>,の変化量の比較。

いずれの治療計画も従来の治療計画に対し有意差があった。また、機能画像を用いた計画の比較では、有意差があった場合のみ赤のカギ括弧で示す。

あり、Vプランに対し有意差があった。

換気ベースの fV<sub>5</sub> と fV<sub>20</sub>において、最も線量が低 減したのは VQ プランであり、低減量は 4.0% と 2.0% であった。 VQ プランは V,Q プランに対して有意差 があった。 fV<sub>5</sub> と fV<sub>20</sub>において V プランと Q プラ ンの間に有意差は見られなかった。

血流ベースの fV<sub>5</sub> と fV<sub>20</sub>において、最も線量が低 減したのはVQプランであり、低減量は4.3%と2.0% であった。VQプランは V,Qプランに対して有意差 があった。fV<sub>5</sub>において、Qプランは Vプランに対 し低減量が大きく、有意差があった。fV<sub>20</sub> は V,プラ ンとQプランに有意差は見られなかった。 表3にリスク臓器における線量評価を示す。表に は肺の平均線量、心臓のV40、脊髄の最大線量、食 道の平均線量を「平均±標準偏差」で示す。また、 機能画像を用いた計画には従来の計画との有意差 の検定を行ない、そのP値を記す。肺の平均線量は Aプランに対し、有意に低減した。心臓と脊髄はA プランに対して有意に増加した。食道の線量は増加 したが有意差は見られなかった。

続いて、表4に PTV の線量評価を示す。表3と 同様に「平均±標準偏差」とAプランに対する有意 差の検定の結果を示している。平均線量はAプラ ンに対し、V,Q, VQプランそれぞれ有意に増加した。

表3 リスク臓器における線量評価	
------------------	--

		従来の計画	機能画像を用いた計画			
		Aプラン	Vプラン	Qプラン	VQ プラン	
肺	平均線量[Gy]	$12.8~\pm~4.0$	$12.5 \pm 4.1$ (P = 0.012)	$12.5 \pm 4.1$ (P = 0.004)	$\begin{array}{c} 12.3 \ \pm \ 4.0 \\ (P < 0.001) \end{array}$	
心臓	*V <sub>40</sub> [%]	$2.3~\pm~3.4$	$2.9 \pm 3.8$ (P = 0.006)	$3.0 \pm 4.0$ (P = 0.003)	$3.0 \pm 3.9$ (P = 0.002)	
脊髄	最大線量[Gy]	$38.0~\pm~9.2$	$41.3 \pm 7.3$ (P < 0.001)	$41.6 \pm 7.7$ (P < 0.001)	$\begin{array}{rrr} 42.4 \ \pm \ 7.0 \\ (P < 0.001) \end{array}$	
食道	平均線量[Gy]	$20.8~\pm~8.5$	$21.3 \pm 8.3$ (P = 0.469)	$21.5 \pm 8.4$ (P = 0.301)	$\begin{array}{c} 21.4 \pm 8.4 \\ (P = 0.391) \end{array}$	

\*V<sub>40 Gy</sub> [%]: 40 Gy 以上照射される体積の割合

表は平均±標準偏差を表す。また、機能画像を用いた計画には従来の計画との有意差の検定を行ない、その P 値を記す。

	従来の計画	機能画像を用いた計画			
	Aプラン	Vプラン	Q プラン	V,Q プラン	
平均線量[Gy]	$62.7 \pm 0.63$	$\begin{array}{c} 63.1 \pm \ 0.63 \\ (P < 0.001) \end{array}$	$\begin{array}{c} 63.1 \ \pm \ 0.66 \\ (P < 0.001) \end{array}$	$\begin{array}{c} 63.3 \ \pm \ 0.74 \\ (P < 0.001) \end{array}$	
*Conformity index (CI)	$0.89~\pm~0.06$	$\begin{array}{c} 0.86 \ \pm \ 0.08 \\ (P < 0.001) \end{array}$	$\begin{array}{c} 0.86 \ \pm \ 0.08 \\ (P < 0.001) \end{array}$	$\begin{array}{c} 0.86 \ \pm \ 0.09 \\ (P < 0.001) \end{array}$	
**Homogeneity index (HI)	$1.08 \pm 0.02$	$\frac{1.09 \pm 0.02}{(P < 0.001)}$	$\frac{1.09 \pm 0.02}{(P < 0.001)}$	$\begin{array}{c} 1.10  \pm  0.02 \\ (P < 0.001) \end{array}$	

表4 PTV における線量評価

\*Conformity index (CI): 処方線量が他の正常組織に照射されず、PTV に集中して照射されているかの指標 である。本研究では CI=(PTV 内の処方線量以上の体積 / PTV の体積) × (PTV 内の処方線量以上の体積 / 処方線量で囲まれる体積) で定義した。

\*\*Homogeneity index (HI): PTV に処方線量どのくらい均等に照射されているかの指標である。

ここでは HI=(PTVの 95%に照射される線量 / PTVの 5%の体積に照射される線量) で定義した。

表は平均±標準偏差を表した。また、機能を考慮した計画には従来の計画との有意差の検定を行ない、そのP値を記した。

Conformity index (CI) では A プランに対し、V, Q, VQ プランそれぞれ有意に有意に低下し、 Homogeneity index (HI) では有意に増加した。

#### 4. 考察

肺機能画像を用いることで、高機能領域へ照射される線量が低減した。Siva らの報告<sup>13)</sup>では血流ベースの平均機能線量が1.7 Gy減少(P=0.02)、fV<sub>5</sub>が13.2%、fV<sub>20</sub>が3.8%減少(p<0.04)であった。 今回の結果は先行研究に比べ、血流ベースの減少量は小さいものとなった。これは最適化パラメータの設定の差異、症例の特徴、PTVと高機能領域との位置関係などの要因を考慮せずに、一律で評価を行なったためであると思われる。症例に合わせ、いくつかのグループにわけ(病期分類や PTV の大きさなど)より細かく分析していく必要がある。

肺機能画像を用いることで、PTV とリスク臓器の 線量は増加したが、いずれも RTOG0617 の制約を満 たした上で治療計画を作成できた。

一方の肺機能画像を用いた計画が、もう一方の使 用していない肺機能の高い領域への線量が有意に 低減した。これは換気領域と血流領域の分布に相関 があったために、片方の機能値を考慮するともう一 方の機能領域も温存されたと思われる。しかし、一 方で、血流ベースの fMLD と fV5 において、肺換気 画像のみを用いた計画は肺血流画像のみを用いた 計画よりも、線量の低減が有意に小さかった。これ より、一方の肺機能だけでは、もう一方の使用しな かった肺機能の高い領域への線量低減が十分でな い可能性が示唆された。これは、がん患者の肺にし ばしば生じる、VQ ミスマッチが原因としてあげら れる。VQ ミスマッチは塞栓などにより、換気量と 血流量のバランスが崩れることで生じる。今後は VQミスマッチにおける適切な肺機能を考慮した治 療計画の研究が求められる。

#### 5. 結論

肺機能画像を、治療計画に組み込む治療計画に おいて、RTOG0617の制約を満たした上で、肺換気・ 肺血流の両方の機能を考慮することで従来の治療 計画よりも高機能領域への線量を制限することが 出来た。

また、肺血流・肺換気画像の両方を用いること で片方の機能画像のみ用いる治療計画よりも機能 領域の線量が減少した。

換気・血流画像の一方のみを用いた治療計画で は、もう一方の高機能領域の線量低減が少ない可能 性が示唆された。

#### 6. 謝辞

本研究を進めるにあたり、貴重なデータをご提供 いただいた高知大学医学部附属病院の木村智樹先 生に深く感謝いたします。

#### 7. 参考文献

- Palma DA, et al. Predicting radiation pneumonitis after chemoradiation therapy for lung cancer: an international individual patient data meta-analysis. Int J Radiat Oncol Biol Phys. 2013;85(2):444-450.
- Yamamoto T, et al. Impact of four-dimensional computed tomography pulmonary ventilation imaging-based functional avoidance for lung cancer radiotherapy. Int J Radiat Oncol Biol Phys. 2011;79(1):279-288.
- Lavrenkov K, et al. A potential to reduce pulmonary toxicity: the use of perfusion SPECT with IMRT for functional lung avoidance in radiotherapy of nonsmall cell lung cancer. Radiother Oncol. 2007;83(2):156-162.
- Yuan ST, et al. Semiquantification and classification of local pulmonary function by V/Q single photon emission computed tomography in patients with nonsmall cell lung cancer: potential indication for radiotherapy planning. J Thorac Oncol. 2011;6(1):71-78.
- Klein S, Staring M, Murphy K, et al:elastix: a toolbox for intensity-based medical image registration. IEEE Trans Med Imaging 2010;29:196-205
- 6) Kanai T, Kadoya N, Ito K, et al:Evaluation of accuracy of B-spline transformation-based deformable image registration with different parameter settings for thoracic images. J Radiat Res

2014;55:1163-1170

- 7) TokihiroYamamoto et al: Impact of Four-Dimensional Computed Tomography Pulmonary Ventilation Imaging-Based Functional Avoidance for Lung Cancer Radiotherapy. International Journal of Radiation Oncology\*Biology\*Physics,Volume 79, Issue 1, 1 January 2011, Pages 279-288
- 8) ProfJeffrey DBradley: Standard-dose versus highdose conformal radiotherapy with concurrent and consolidation carboplatin plus paclitaxel with or without cetuximab for patients with stage IIIA or IIIB non-small-cell lung cancer (RTOG 0617): a randomised, two-by-two factorial phase 3 study, The Lancet Oncology, Volume 16, Issue 2, February 2015, Pages 187-199
- Guerrero T, Sanders K, Noyola-Martinez J, et al:Quantification of regional ventilation from treatment planning CT. Int J Radiat Oncol Biol Phys 2005;62:630-634
- Hegi-Johnson F, Keall P, Barber J, et al:Evaluating the accuracy of 4D-CT ventilation imaging: First comparison with Technegas SPECT ventilation. Med Phys 2017;44:4045-4055
- Vinogradskiy Y, Castillo R, Castillo E, et al:Use of 4dimensional computed tomography-based ventilation imaging to correlate lung dose and function with clinical outcomes. Int J Radiat Oncol Biol Phys 2013;86:366-371
- 12) Tomoki Kimura et al.., Functional Image-Guided Radiotherapy Planning in Respiratory-Gated Intensity-Modulated Radiotherapy for Lung Cancer Patients With Chronic Obstructive Pulmonary Disease, International Journal of Radiation Oncology\*Biology\*Physics,Volume Received Feb 16, 2011, and in revised form Jun 27, 2011. Accepted for publication Aug 5, 2011
- 13) Siva S, Thomas R, Callahan J, et al. High-resolution pulmonary ventilation and perfusion PET/CT allows for functionally adapted intensity modulated radiotherapy in lung cancer. Radiother Oncol. 2015;115(2):157-162. doi:10.1016/j.radonc.2015.04.013

# Dosimetric impact of intensity-modulated radiation therapy using 4D-CT ventilation and SPECT perfusion image for non-small cell lung cancer

## Genta Michimata, Yujiro Nakajima, Shinya Ito, Yukio Fujita

Department of Radiological Sciences, Komazawa University Graduate School

**Purpose:** Patients with lung cancer often show ventilation–perfusion mismatch, but its significance in radiotherapy planning is not well known. This study aimed to quantify the dosimetric impact of combined four-dimensional computed tomography (4D-CT) ventilation and single-photon emission computed tomography (SPECT) perfusion in pulmonary image-guided treatment planning.

**Method:** Pretreatment 4D-CT and <sup>99m</sup>Tc-macroaggregated albumin SPECT perfusion images of 46 patients with nonsmall cell lung cancer who received radiotherapy were used. Ventilation images were created by deformable image registration of 4D-CT image sets and image analysis for regional volume change as a ventilation surrogate. For each patient, anatomic plans (A plan), ventilation-based plans (V plan), perfusion-based plans (Q plan), and ventilation- and perfusion-based plans (VQ plan) were created for volumetric modulated arc therapy. These plans were generated to reduce the dose to the functional lung while satisfying RTOG 0617 constraints. We evaluated ventilation-based and perfusion-based dose–function metrics, *i.e.*, the functional mean lung dose (fMLD) and functional V (fV) 5 and 20 Gy (percent lung function receiving a given dose). The impact of functional planning compared with anatomic planning was quantified using the two-tailed t-test or Wilcoxon rank-sum test.

**Result:** The VQ plan led to significant reductions in the dose–function metric compared with the V, Q, and A plans (P < 0.05). The median reductions in the ventilation-based fMLD and fV<sub>20Gy</sub> in the VQ, V, and Q plans compared with the A plans were 0.59 Gy and 2.0%, 0.36 Gy and 1.5%, and 0.37 Gy and 1.2%, respectively, and those in the perfusion-based fMLD and fV<sub>20Gy</sub> were 0.65 Gy and 2.0%, 0.33 Gy and 1.2%, and 0.49 Gy and 1.5%, respectively. **Conclusion:** This study demonstrated that combining ventilation and perfusion image for treatment planning led to the reduction of both dose–ventilation and dose–perfusion metrics while satisfying RTOG 0617 constraints. The results suggest the combined use of ventilation and perfusion in pulmonary image-guided treatment planning.